

ESTUDO DA SEPARAÇÃO DE Ga E Zn POR MEIO DE RESINAS TROCADORAS E DE ADSORÇÃO DE ÍONS. OBTENÇÃO DE ⁶⁷Ga PARA USO EM MEDICINA NUCLEAR

ELIANE EUGENIA DOS SANTOS

Dissertação apresentada como parte dos requisitos para obtenção do Grau de Mestre em Ciências na Área de Tecnologia Nuclear.

Orientador: Dra. Sonia Aparecida Cammarosano Mestnik

São Paulo 1995

INSTITUTO DE PESQUISAS ENERGÉTICAS E NUCLEARES AUTARQUIA ASSOCIADA À UNIVERSIDADE DE SÃO PAULO

ESTUDO DA SEPARAÇÃO DE GÁLIO E ZINCO POR MEIO DE RESINAS TROCADORAS E DE ADSORÇÃO DE ÍONS. OBTENÇÃO DE ⁶⁷Ga PARA USO EM MEDICINA NUCLEAR

ELIANE EUGENIA DOS SANTOS

Dissertação apresentada como parte dos requisitos para obtenção do grau de "Mestre em Ciências" na Área de Tecnologia Nuclear

Orientadora: Dra. Sonia Aparecida Cammarosano Mestnik

SÀO PAULO



1995

COMISSÃO NACION/L DE ENERGIA NUCLEAR/SP IPER

Dedico este trabalho aos meus pais José Eugênio e Valdelice, pelo amor, pelo apoio e oportunidade que me deram.

•

AGRADECIMENTOS

Ao Instituto de Pesquisas Energéticas e Nucleares pela oportunidade de realização deste trabalho.

Ao Conselho Nacional de Desenvolvimento Científico e Tecnológico (CNPq) pelo apoio financeiro.

À Dra. Sonia Aparecida C. Mestnik pela orientação destec trabalho.

À Ling Wang, o meu carinho eterno, pela amizade, pelas sugestões apresentadas neste trabalho e apoio sempre presentes.

Ao Dr. Alcídio Abrão pela colaboração.

Ao Dr. João Alberto Junior pelo apoio e colaboração inestimável.

À Dra. Emiko Muramoto, Maricel R. F. Barbosa, Maria Tereza Colturato, Dra. Nilda P. S. de Pereira, e Setsuko S. Achando pelo apoio recebido através de cessão de equipamentos e realização das análises radioquímicas em seus laboratórios.

À Doralice de Lima Xavier e Dra. Lizete Fernandes pela amizade e estímulo nos momentos difíceis.

Ao josé Américo Figueira pela colaboração inestimável.

Em especial a amiga Ana Maria P. da Silva, pela amizade sincera durante todos esses anos, pelo apoio e carinho sempre presentes.

Aos colegas do GPI pelo incentivo.

Aos funcionários da biblioteca pelo serviços prestados.

À equipe do cíclotron pela presteza na irradiação dasamostras.

À Liliane de Souza, Calil Mohamed e Antônio Gouvêa do CPD pelos ensinamentos na utilização de programas aplicativos.

À todos aqueles que direta ou indiretamente contribuíram para a realização deste trabalho.

RESUMO

SEPARAÇÃO DE GÁLIO E ZINCO POR MEIO DE RESINAS TROCADORAS E DE ADSORÇÃO DE ÍONS. OBTENÇÃO DE ⁶⁷Ga PARA USO EM MEDICINA NUCLEAR

O radionuclídeo ⁶⁷Ga possui características ideais para uso em medicina nuclear e é produzido livre de carregador em acelerador de partículas. Possui meia-vida de 78 horas e decai por captura eletrônica com a emissão de raios gama com energias: 93 keV (38%), 184 keV (24%), 296 keV (22%) e 388 keV (4%). Essas energias moderadas, a meia-vida e as características químicas são adequadas para a detecção de tumores e lesões inflamatórias em tecidos moles.

No presente trabalho fez-se um estudo cromatográfico comparativo empregando-se os trocadores iônicos AG50W-X4 (100-200 mesh) e AG50W-X8 (200-400 mesh) e o adsorvedor SM-7 (20-50mesh), a partir do qual determinaram-se a retenção e a eluição do ⁶⁷Ga e a separação ⁶⁷Ga/Zn.

Estudaram-se os parâmetros relativos às colunas cromatográficas (diâmetro da coluna e volume do leito da resina) e para o adsorvedor SM-7 otimizaram-se o volume da solução de lavagem, eluição e concentração da solução eluente.

Após o estabelecimento das melhores condições de separação ⁶⁷Ga/Zn,realizou-se o controle de qualidade do produto final.

Verificou-se também a estabilidade química do adsorvedor SM-7 frente a diferentes doses de radiação gama e determinou-se o coeficiente de distribuição do gálio no adsorvedor.

Os resultados desta pesquisa indicaram que a resina SM-7 apresentou-se estável quando submetida à dose de radiação gama de até 4,8 Gy e a grande capacidade de retenção do ⁶⁷Ga pelo adsorvedor foi confirmada pelo alto valor

obtido para o Kd = $(2,4 \pm 0,2) \times 10^3$ que confirma a grande capacidade de retenção do ⁶⁷Ga pelo adsorvedor.

Do estudo cromatográfico realizado com as três resinas para a separação 67 Ga/Zn, concluiu-se que o adsorvedor SM-7 apresentou-se o mais satisfatório, uma vez que quantidades pequenas de resina (0,28 cm³) e pequenos volumes de solução de lavagem (15,0 ml de sol. 7M de HCl) e de solução eluente (7,0 ml de sol. 0,01M de HCl) foram suficientes para a recuperação de (92,9 ± 2,5)% de 67 Ga. Também, o uso de reagentes químicos em concentrações menores do que aquelas usadas para os trocadores iônicos sugerem o uso deste adsorvedor para a separação, evitando-se assim desgastes aos equipamentos no interior da cela de produção e, portanto, diminuindo a necessidade de reformas frequentes.

Quanto ao controle químico e radioquímico, o produto final mostrou-se adequado para uso médico, pois as concentrações de 0,1 μg Zn/ml encontram-se abaixo do limite permissível 10 μg Fe/ml, 20 μg Zn/ml e,aproximadamente, 99% do produto apresenta-se na forma química citrato de ⁶⁷Ga.

ABSTRACT

SEPARATION OF GALLIUM FROM ZINC USING ION EXCHANGE AND ASDORPTION RESINS. PREPARATION OF 67Ga FOR USE IN NUCLEAR MEDICINE.

⁶⁷Ga is a ciclotron-produced carrier-free radioisotope. Due to its good nuclear characteristics: a relative short half-live (78 h) and emission of moderate energy gamma rays (93 keV, 184 keV, 296 keV and 388 keV), this radionuclide is considered to be suitable for nuclear medicine applications, specially to detect tumour and inflammatory lesions in soft tissues.

In this work we present a comparative study among the ion exchangers, AG50W-X4 (100-200 mesh), AG50W-X8 (200-400 mesh) and the adsorbent SM-7 (20-50 mesh) for ⁶⁷Ga/Zn separation.

Firstly, the chemical stability of SM-7 adsorbent as a consequence of different gamma radiation doses was verified and also the distribution coefficient of ⁶⁷Ga on this adsorbent was determined.

Secondly, chromatography columm parameters such as internal diameter and resin bed volume were studied using all resins. Afterwards, the volume of the washing solution and the concentration and volume of the eluent solution were optimized using SM-7 adsorbent.

At last, the quality control of ⁶⁷Ga-citrate solution was carried out in order to guarantee it could be used for nuclear medicine purpolises.

The abtained results show that SM-7 adsorbent is stable up to a radiation dose of 4.8 Gy and also that it is highly capable of adsorbing 67 Ga { Kd = (2.4 ± 0.2) × 10³}.

From the comparative study carried out with the different resins we conclude that SM-7 adsorbent is the best for 67 Ga/Zn separation, for it requires only a small amount of resin (0.28 cm³), a small volume of washing solution (15.0 ml 7M HCl) and also a small volume of eluent solution (7.0 ml 0.01M HCl) to achieve a 67 Ga separation yield of (92.9 ± 2.5)%. Additionally, the use of chemical reagents in lower concentrations than those used for other ion exchengers makes SM-7 adsorbent the best choice for 67 Ga prodution. In this way we expect that under such conditions we can reduce costs and time with maintence of the hot-cell apparatus.

The quality contol performed with the ⁶⁷Ga-citrate solution shows that it is chemical (0.1 μ g Fe/ml and 0.2 μ g Zn/ml) and radiochemically pure (around 99% as ⁶⁷Ga-citrate). Owing to these related properties, ⁶⁷Ga is highly recommended for use in nuclear medicine.

INDICE

CAPITULO I

I. INTRODUÇÃO

I.1. Gálio e suas aplicações - histórico	1
I.2 Produção de radionuclídeos para uso médico	4
I.2.1. Produção em reatores	6
I.2.1.1. Produção de radionuclídeos a partir da fissão nuclear	6
I.2.2. Geradores	7
I.2.3. Produção em cíclotron	7
I.2.4. Controle de qualidade do produto	10
I.2.4.1. Considerações gerais	10
I.2.5. Produção do ⁶⁷ Ga em cíciotron	11
I.2.6. Objetivo do trabalho	15

CAPITULO II

II. METODOLOGIA EMPREGADA PARA A SEPARAÇÃO ⁶⁷ Ga-Zn.	
II.1. Revisão bibliográfica sobre separação ⁶⁷ Ga-Zn visando	
a obtenção de ⁶⁷ Ga para fins médicos	16
II.2. Separação do ⁶⁷ Ga/Zn no presente trabalho	.22

CAPÍTULO III

III. PROCESSOS DE SEPARAÇÃO

III.1. Cromatografia de Adsorção	25
III.1.1. Considerações sobre o adsorvedor orgânico SM-7, Bio Rad	25
III.2 Cromatografia de troca iônica	32
III.2.1. Constantes de equilíbrio:	34
III.2.2. Cinética de troca iônica:	36
III.2.3. Curva de Break-through (BT)	36
III.2.4. Curva de eluição	39

CAPITULO IV

PARTE EXPERIMENTAL

IV.1. Equipamentos	11
IV. 2. Materiais e reagentes	11
IV. 3. Determinação dos coeficientes de distribuição do ⁶⁷ Ga em meio HCI	
7M no adsorvedor SM-7 (Bio Rad)	12
IV. 3.1. Procedimento experimental4	2
IV.3.2. Cálculo para determinação do Kd4	2
IV. 4. Estudo da estabilidade da resina SM-7 quando submetida a altas	
doses de radiação Υ	13
IV.5. Preparação do alvo de irradiação para a obtenção do ⁶⁷ Ga	43
IV.5.1. Irradiações dos alvos de zinco no cíclotron CV-28	43
IV.6. Procedimento de separação ⁶⁷ Ga/Zn	14
IV.6.1. Procedimento de preparação das colunas para a	
separação ⁶⁷ Ga/Zn usando-se os trocadores	
catiônicos AG50W-X4 e AG50W-X8 da Bio Rad	14
IV.6.1.1. Cálculos da retenção do ⁶⁷ Ga nas resinas, eluição	

.

do ⁶⁷ Ga e % separação ⁶⁷ Ga/Zn4	15
IV.6.2. Procedimento de preparação das colunas e separação dos	
elementos Ga/Zn empregando-se o adsorvedor orgânico SM-74	6
IV.6.3. Separação ⁶⁷ Ga/Zn empregando-se os trocadores catiônicos	
e o adsorvedor orgânico e usando-se colunas com diâmetro	
interno = 11,0 mm em função de diferentes volumes de	
leito = 8,0, 5,0 e 2,0 cm ³ 4	16
IV.6.3.1. Separação ⁶⁷ Ga/Zn usando-se colunas com diâmetro	
interno = 8,0 mm. Volume dos leitos das resinas: AG50W-X4	
e AG50W-X8 e do adsorvedor orgânico SM-7 = 2,0 cm ³ 4	6
IV.6.4. Otimização das condições de separação ⁶⁷ Ga/Zn empregando	
se o adsorvedor SM-74	7
IV.6.5. Determinação do volume ideal para a lavagem das colunas4	17
IV.6.6. Determinação do volume ideal para a eluição do gálio4	18
IV.6.7. Obtenção de citrato de gálio4	8
IV.6.7.1. Procedimento4	18
IV.6.8. Controle de qualidade do produto4	19
IV.6.8.1. Pureza radioativa4	19
IV.6.8.2.Pureza química4	9
IV.6.8.3. Pureza radioquímica	50

CAPÍTULO V

RESULTADOS E DISCUSSÃO

V.1. Determinação dos coeficientes de distribuição do ⁶⁷ Ga no	
adsorvedor SM-7	.51
V. 2. Estudo da estabilidade da resina SM-7 quando submetida a	
altas doses de radiação Υ	.51
V.3. Separação de ⁶⁷ Ga/Zn empregando-se os trocadores catiônicos	
e o adsorvedor orgânico e usando-se colunas com diâmetro	.53

	interno = 11,0 mm em função de diferentes volumes de	
	leito = 8,0; 5,0 e 2,0 cm ³	54
V.4.	Separação ⁶⁷ Ga/Zn usando-se colunas com diâmetro	
	interno = 8,0 mm e volume do leito das resinas: AG50W-X4 e	
	AG50W-X8 e do adsorvedor orgânico SM-7 = 2,0 cm ³	55
V.5.	Otimização das condições de separação ⁶⁷ Ga/Zn empregando-	
	se o adsorvedor SM-7	56
V.6.	Determinação do volume ideal para a lavagem das colunas	57
V.7.	Determinação do volume útil de eluição de gálio	57
V.8.	Controle de qualidade do citrato de gálio	57

CAPÍTULO VI

CONCLUSÕES	61
REFERÊNCIAS BIBLIOGRÁFICAS	63

CAPITULO I

I. INTRODUÇÃO

I.1. Gálio e suas aplicações - histórico

A utilização dos radioisótopos de gálio em medicina nuclear iniciou-se em meados de 1940, como consequência das pesquisas toxicológicas nas quais observa-se que este radionuclídeo localizava-se intensamente nos locais com atividades osteogênicas⁽¹⁵⁾. Nessa época, empregava-se nas pesquisas o radionuclídeo ⁷²Ga, com carregador, produzido em reator nuclear. Era usado na forma química lactato e posteriormente como citrato de gálio, por causa da facilidade de preparação. Em virtude de sua meia-vida, 14,1 h, ser relativamente curta e a emissão de raios γ de 835 KeV (96 %) muito penetrantes, o uso do ⁷²Ga tornou-se inadequado para a finalidade⁽¹⁹⁾. Então, na tentativa de diminuírem-se os problemas associados com as características físicas do ⁷²Ga, Hartman e Hayes⁽²⁰⁾ iniciaram as pesquisas com o radionuclídeo ⁶⁷Ga, livre de carregador, produzido em cíclotron.

Este radionuclídeo apresenta características ideais para uso em medicina nuclear. Possui meia-vida de 78 h e decai por captura eletrônica, com a emissão de raios γ com energias de: 93 KeV (38%); 184 KeV (24%); 296 KeV (22%) e 388 KeV (4%) conforme esquematizado na Fig.1. Estas energias γ moderadas são adequadas para a obtenção de imagens, não somente com scanners retilíneos bem como com câmaras de cintilação⁽¹⁵⁾. Devido às suas excelentes características físicas (meia-vida e energia γ) e ao método de obtenção simples, as pesquisas com este radionuclídeo tomaram novos rumos.

Na década de 1960 ressurgiram as pesquisas empregando-se os radioisótopos de gálio, com o desenvolvimento de um sistema gerador para a

produção do ⁶⁸ Ga⁽²¹⁾. Este radioisótopo possui meia-vida de 68 minutos, decai por emissão de pósitron e é produzido a partir de um sistema gerador pai-filho. A meia-vida de 275 dias do pai (⁶⁸ Ge) é longa, para garantir a entrega do ⁶⁸Ga a grandes distâncias dos centros de produção. A aplicação mais comum deste radionuclídeo é em tomografia por emissão de pósitron (PET)⁽¹¹⁾.

As observações iniciais sobre a concentração seletiva do ⁶⁷Ga em tumores de tecidos moles foi realizada em 1968. Estas pesquisas foram desenvolvidas em ORAU⁽¹⁰⁾(Oak Ridge Associated Universities) e em 1969 tal observação e também a sua localização em lesões inflamatórias, foram confirmadas em outras instituições⁽³⁾.

As pesquisas clínicas e biológicas voltadas para o ⁶⁷Ga vêm se tornando cada vez mais intensivas, em virtude de sua grande aplicação, da demanda elevada e do avanço de novas tecnologias para a detecção deste radionuclídeo. A seguir são citadas algumas aplicações do ⁶⁷Ga em pesquisas e em exames clínicos de rotina.

a) Pesquisas:

Alguns exemplos de pesquisas nas quais empregaram-se o ⁶⁷Ga foram: Determinação do "pool" sanguineo utilizando-se como radiofármaco células vermelhas marcadas com ⁶⁷Ga⁽³¹⁾; Uso do composto tris (1-aril-3-hidroxi-2-metil-4-piridinonato) Ga(III) para a obtenção de imagens do miocárdio⁽³²⁾; Estudos prolongados da circulação empregando-se lipossomas marcados com ⁶⁷Ga⁽²⁷⁾; Estudo da permeabilidade vascular utilizando-se gálio-transferrina como traçador macromolecular^(16,28)



Figura 1: Esquema de decaimento do ⁶⁷Ga

.

.

b) Usos clínicos:

O ⁶⁷Ga é utilizado para diagnóstico de doenças maxilofaciais⁽¹⁷⁾; sarcomas e metástases de tecidos moles^(3,12,30,33); sarcoidose aguda ^(34,35) e em imunocintilografia utilizando-se o anticorpo monoclonal Anti-CEA marcado com ⁶⁷Ga⁽³⁶⁾.

I.2 Produção de radionuclídeos para uso médico.

Um radioisótopo pode ser usado em medicina para a obtenção de resultados terapeuticos e para obter informações por meio de diagnósticos. Esta última aplicação é a base da medicina nuclear moderna, onde se utilizam radioisótopos de meia-vida curta. Por convenção, os radioisótopos com meia-vida menor que 100 h são considerados com meia-vida curta⁽¹⁸⁾. Estes oferecem uma série de vantagens quando comparados com os de meia-vida longa⁽¹⁾, como por exemplo:

a) resultam em menor dose de radiação absorvida pelo paciente.

 b) ao administrar atividades maiores, observando-se os limites de segurança, consegue-se maior precisão nas medidas.

c) possibilidade de efetuarem-se medidas repetidas em um mesmo sistema sem necessidade de se introduzir correções para as doses residuais.

d) os problemas técnicos relativos ao armazenamento de resíduos radioativos são mínimos.

e) os riscos de radiação ao pessoal do hospital e a possibilidade de contaminações diminuem consideravelmente.

 f) eliminação ou redução sensível de resíduos em celas de processamento químico.

Em geral, os radionuclídeos utilizados em medicina nuclear são incorporados a uma variedade de compostos químicos, escolhidos de acordo com suas propriedades bioquímicas e fisiológicas, adequadas ao uso. Um composto químico ligado a um radionuclídeo e preparado para uso humano é designado como um radiofármaco.

Devem-se considerar dois aspectos na escolha de um radionuclídeo a ser usado para a obtenção de imagens: (1) minimização da dose de radiação ao paciente e (2) características da instrumentação a ser usada. Para satisfazer essas condições o radionuclídeo deve possuir^(2,22)

1) meia-vida curta.

2) ser compatível com a substância cujo metabolismo se deseja estudar no organismo.

 emitir raio γ monocromático com energia entre 100 e 300 KeV, que é a faixa ideal de detecção para a instrumentação utilizada.

4) não deve emitir radiação corpuscular (partículas β, elétrons de conversão), exceto nos casos de radioterapia.

5) ser facilmente disponível, econômico e estar em forma química e radioativa adequadas ao uso.

Os radioisótopos podem ser obtidos diretamente em reatores nucleares ou em cíclotrons por meio de reações nucleares, que são transformações as quais ocorrem no núcleo do átomo devido a choques deste com neutrons ou partículas carregadas. Eles também podem ser obtidos indiretamente pelo decaimento de

um radioisótopo de meia-vida longa gerando outro de meia-vida curta (gerador) ou ainda como um produto da fissão nuclear.

I.2.1. Produção em reatores

O reator nuclear é uma fonte de neutrons os quais são capturados facilmente por nucléas estáveis ou instáveis, porque não sofrem repulsão coulombiana. Algumas vantagens da produção em reatores consistem na facilidade de irradiação e preparação do alvo, operação do reator por períodos longos ou curtos, possibilidade de produção de vários radionuclídeos diferentes em um mesmo tempo. Os produtos formados são ricos em neutrons e decaem geralmente por emissão β^- . As partículas β^- são úteis em radioterapia⁽²²⁾. A seguir são apresentadas as principais reações que podem ocorrer em um reator nuclear:

reações induzidas por neutrons térmicos: n,γ; n,p; n,α.
 ⁷¹Ga (n,γ)⁷²Ga
 ³³S(n,p)³³P
 ³⁵Cl(n,α)³²P
 reações induzidas por neutrons rápidos: n,p; n,α.
 ²⁴Mg(n,p)²⁴Na
 ³⁵Cl(n,α)³²P

reações secundárias:
 ¹⁶O(³He,n)¹⁸F
 ²⁶Mg(³He,p)²⁸Mg

1.2.1.1. Produção de radionuclídeos a partir da fissão nuclear

Fissão é um processo nuclear segundo o qual um núcleo divide-se em duas partes aproximadamente iguais no que diz respeito às suas massas, originando

outros neutrons e energia. Este processo está quase sempre associado aos elementos pesados. A energia dos neutrons formados pode atingir até 200 MeV e estes neutrons originarão novas fissões. A partir de cada fissão do ²³⁵U obteremos dois novos radioisótopos e assim são conhecidos dezenas de radioisótopos diferentes e muitos deles são usados na medicina nuclear⁽⁴⁾, em calibração, como fontes para irradiação etc. Exemplo de alguns radioisótopos de fissão:

⁹⁹Mo ^{99m}Tc, ¹³¹I, ¹³⁷Cs, ⁹⁰Sr etc.

I.2.2. Geradores

Um gerador de radioisótopos é um sistema composto por dois radionuclídeos, um dos quais possui meia-vida longa (chamado pai) que gera, por decaimento radioativo, um outro de meia-vida curta (chamado filho). Os dois constituem um par em equilíbrio radioativo.

A atividade do sistema decresce com a meia-vida do nuclídeo pai, e o princípio consiste em separar o elemento filho. Um sistema desse tipo permite utilizar um radionuclídeo de meia-vida muito curta numa localidade afastada de onde esse é produzido⁽¹³⁾. Exemplo de geradores :

 $^{68}\text{Ge} \rightarrow ^{68}\text{Ga}; ^{113}\text{Sn} \rightarrow ^{113}\text{In}$

1.2.3. Produção em cíclotron

Ciclotron é um acelerador de partículas no qual íons como prótons (p), hélio-3 (³He), dêuterons (d) ou alfa (α) são acelerados por um campo elétrico, por meio de eletrodos ligados a um oscilador de rádio-frequência. Suas trajetórias são circulares devido a ação de um campo magnético e estes íons acelerados

são retirados destas órbitas com o auxílio de um eletrodo defletor curvo, os quais poderão bombardear alvos situados em posições adequadas⁽⁵⁾.

O Instituto de Pesquisas Energéticas e Nucleares - IPEN, possui um cíclotron compacto de energia variável, Isócrono, modelo CV-28 fabricado pela Cyclotron Corporation U.S.A. Seu campo magnético médio é de 17 KG, tem diâmetro polar de 96,50 cm. O acelerador pesa 22,8 toneladas, a pressão é de 4×10^{-5} torr na câmara de aceleração e o feixe é extraído eletrostaticamente ⁽²⁹⁾.

A tabela I apresenta suas características principais.

Partícula	Intervalo de	Corrente		Corrente
	Energia (meV)	Externa (μA)		Interna (µA)
		E _{min}	E _{máx}	
prótons	2 a 24	40	60	200
dêuterons	4 a 14	50	100	300
hélio-3	6 a 36	5	50	135
hélio-4	8 a 28	6	40	90

 Tabela I. Limites de energia e de corrente do cíclotron CV-28

A produção de materiais radioativos em aceleradores é geralmente mais difícil, mais cara e em menor escala do que em reatores. Uma razão para isto é o fato de que um acelerador não pode ser usado para outro fim quando um bombardeamento está ocorrendo, já em um reator nuclear as produções de vários radionuclídeos diferentes podem ser realizadas ao mesmo tempo. Também, por períodos longos, os aceleradores são mais difíceis de funcionar. Apesar disso os aceleradores são instrumentos importantes para a produção de radionuclídeos livres de carregador e como os produtos formados são deficientes em neutrons e se desintegram por emissão de β^* ; captura eletrônica ou ambos,

com emissão de raios γ de energias moderadas, estes são muito empregados em diagnósticos⁽²⁵⁾.

As condições técnicas durante a irradiação em um cíclotron, são muito diferentes daquelas em um reator. Na maioria dos casos o alvo é preferencialmente fino, sendo constituído de folhas de metais, eletrodeposição em um suporte metálico, pastilhas ou material fundido em um suporte metálico, isto porque as partículas carregadas possuem pouco poder de penetração e uma grande quantidade de energia é gerada, provocando aquecimento do alvo. Este aquecimento que é um fator limitante para o bombardeamento em cíclotron, deve ser neutralizado pela refrigeração do alvo através de circulação de àgua.

A escolha das condições para produzir uma dada espécie em ciclotron deve ser baseada no conhecimento das funções de excitação que indicam a reação e qual o intervalo de energia a escolher para se obter um produto com o mais alto rendimento e pureza radionuclídica. A função de excitação representa a variação da secção de choque para uma dada reação em função da energia da partícula incidente. Como exemplo tem-se a produção de ⁶⁷Ga (Fig. 2) a partir da reação ^{nat}Zn(p.2n)⁶⁷Ga, onde devemos utilizar prótons com energia média em torno de 22MeV, para que o rendimento da reação seja máximo, reduzindo a formação do radionuclídeo contaminante ⁶⁶Ga proveniente de reações que ocorrem simultaneamente. Assim o intervalo de energia é limitado, tendo como base o compromisso entre o rendimento e a pureza⁽¹⁴⁾.

As propriedades físicas e nucleares dos radionuclídeos produzidos em aceleradores ou em reatores nucleares como meia-vida, tipo e energia de suas emissões; as características químicas e radioativas de seus radiofármacos como pureza radioquímica e química, atividade específica e concentração radioativa; suas propriedades biológicas como bioespecificidade, distribuição nos órgãos e estabilidade 'in vivo' são fatores que determinam a qualidade das substâncias radioativas para fins médicos⁽²⁴⁾.

1.2.4. Controle de qualidade do produto

I.2.4.1. Considerações gerais

A produção de radioisótopos exige uma série de análises que tem por finalidade garantir a pureza do produto. Quando a solução de um radioisótopo destina-se ao uso injetável, esta deve ser livre de pirogênio e estéril, além de satisfazer as condições de pureza química, radioquímica e radioativa. No caso de um radioisótopo utilizado como fonte de radiação externa, onde a forma química em geral não é importante, é suficiente apenas o controle de contaminantes radioativos e medida de atividade.

As impurezas químicas são atribuídas à presença de produtos químicos não radioativos, que não fazem parte da composição do radioisótopo em questão. Elas podem ser provenientes do alvo de irradiação ou dos reagentes e aparelhagem utilizados no processamento químico. Essas impurezas às vezes podem constituir riscos se o radioisótopo for usado para fins médicos. As impurezas podem ser não tóxicas, mas podem estar presentes em quantidades suficientes, para interferir no metabolismo do radioisótopo.

As impurezas radioativas resultam da presença de impurezas químicas no alvo, as quais por irradiação deram origem a produtos ativos ou também podem resultar de reações nucleares outras que aquela responsável pelo principal produto. Essas impurezas podem aparecer como consequência de uma separação incompleta do radioisótopo, durante o processamento químico.

As impurezas radioquímicas podem aparecer durante o processamento químico ou mesmo durante a estocagem do produto, devido a auto decomposição pela radiação⁽⁹⁾.

I.2.5. Produção do ⁶⁷Ga em cíclotron

Conhecem-se 14 radioisótopos de gálio de número de massa variando entre 63 e 78. Seis desses radioisótopos (⁶³Ga, ⁶⁴Ga, ⁷⁵Ga, ⁷⁶Ga, ⁷⁷Ga e ⁷⁸Ga) possuem meia-vida muito curta para serem usados como traçadores na pesquisa ou medicina nuclear. Os cinco radioisótopos (⁶⁵Ga, ⁶⁶Ga, ⁷⁰Ga, ⁷³Ga e ⁷⁴Ga) emitem partículas β^{-} ou β^{+} de alta energia. Somente os três restantes (⁶⁷Ga, ⁶⁸Ga e ⁷²Ga) possuem interêsse em medicina nuclear em razão de suas meias-vidas, características físicas ou ambas⁽⁸⁾.



X= Ep (MeV). Y= μCi/μAhr

Figura 2. Funções de excitação para as reações: ^{nat}Zn(p,2n)⁶⁷Ga e ^{nat}Zn(p,n)⁶⁶Ga

O ⁶⁷Ga pode ser produzido em cíclotron a partir das seguintes reações^(6,7,8): a) ⁶⁵Cu(α , 2n)⁶⁷Ga b) ⁶⁵Cu(³He,n)⁶⁷Ga c) ⁶⁴Zn(α , p) ⁶⁷Ga

- d) 64 Zn(α , n) 67 Ga
- e) ⁶⁶Zn(d, n)⁶⁷Ga
- f) ⁶⁷Zn(d, 2n)⁶⁷Ga
- g)⁶⁷Zn(p, n)⁶⁷Ga
- h) ⁶⁸Zn(p,2n)⁶⁷Ga

porém, a reação mais utilizada para a obtenção deste radioisótopo é a reação apresentada no ítem 'h' pelo fato desta apresentar maior rendimento de produção de ⁶⁷Ga com baixo nível de contaminantes aliado ao custo do processo^(8,23)

Geralmente o ⁶⁷Ga é produzido por meio do bombardeamento com prótons ou dêuterons em alvos de zinco natural ou enriquecido⁽²⁶⁾ e separado do zinco por meio de técnicas de cromatografia de partição, troca iônica, co-precipitação ou adsorção.

No IPEN-CNEN/SP este radionuclídeo é produzido a partir da reação ⁶⁸Zn (p, 2n)⁶⁷Ga, utilizando-se o cíclotron CV-28, com prótons de energia máxima de 24 MeV. O alvo consiste de zinco enriquecido, eletrodepositado em suporte de cobre niquelado, e a separação química ⁶⁷Ga/⁶⁸Zn é realizada por cromatografia de troca iônica, em coluna, empregando-se a resina Bio-Rad AG50W-X8. No trabalho em questão também parte-se da reação ⁶⁸Zn(p,2n) para a obtenção do ⁶⁷Ga.

A seguir apresenta-se o diagrama para a obtenção do ⁶⁷Ga (citrato de gálio).



1.2.6. Objetivo do trabalho.

Estudar os rendimentos de separação ⁶⁷Ga/Zn empregando-se o adsorvente orgânico SM-7 (Bio Rad) e os trocadores iônicos AG50W-X8 (200- 400 mesh) e AG50W-X4 (100- 200 mesh) ambos da Bio Rad. Como o adsorvedor SM-7 requer reagentes químicos em concentrações menores, evita-se a corrosão dos componentes da cela de produção, constituindo-se assim a vantagem principal de seu uso em relação aos dois trocadores acima mencionados.

Pretende-se obter o ⁶⁷Ga (citrato de ⁶⁷Ga), com qualidade adequada para uso médico e o processo de separação, que se mostrar mais vantajoso no decorrer desta pesquisa, deverá ser utilizado para aplicação na produção rotineira do radionuclídeo.

CAPITULO II

II. Metodologia empregada para a separação Ga-Zn

II.1. Revisão bibliográfica sobre separação ⁶⁷Ga-Zn visando a obtenção de ⁶⁷Ga para fins médicos.

Os processos de separação química de radioisótopos são realizados empregando-se técnicas de separação, que independem da massa destes, tais como: co-precipitação usando-se carregadores não isotópicos, cromatografia de troca iônica, extração por solvente e cromatografia de adsorção.

Gruverman e Kruger⁽³⁷⁾ separaram o gálio do zinco por co-precipitação com hidróxido férrico, com subsequente purificação cromatográfica. Uma solução de hidróxido férrico foi adicionada a outra contendo o alvo de zinco irradiado dissolvido em HCI, para a co-precipitação de gálio. A este co-precipitado contendo a atividade do gálio adicionou-se solução de KOH para remoção do ferro por precipitação, e ao sobrenadante resultante, contendo o gálio adicionou-se ácido cloridrico para ajuste de pH. Esta solução foi então percolada por uma coluna de troca-iônica Dowex -1, previamente acondicionada com solução 3N de HCI e o gálio foi eluído com solução 0,2N de HCI. O tempo de processamento para a obtenção do ⁶⁷Ga foi 6h e o rendimento do processo 80%. Verificou-se que a co-precipitação sozinha não era suficiente para a obtenção do ⁶⁷Ga puro tendo sido associada a técnica de cromatografia de troca-iônica.

Hupf e Beaver⁽³⁸⁾ pesquisaram a separação do gálio- zinco utilizando-se duas técnicas cromatográficas simultâneas: ,a extração por solvente e a trocaiônica. O alvo foi dissolvido em solução 5M de HCI e a esta solução foram

adicionadas gotas de cloreto titânio para garantir a redução do estado de oxidação de Fe-III a Fe-II. O isótopo de interêsse foi extraído desta solução com 4-metil-2 pentanona. A fase orgânica contendo o íon gálio foi lavada com solução 6N de HCI para garantir a extração do zinco ainda presente. O isótopo de gálio-67 foi removido da fase orgânica com água. O rendimento de recuperação do gálio nesta fase do processamento foi aproximadamente 90%. O volume da fase aquosa contendo o gálio sofreu redução por aquecimento, seguido de percolação por meio de uma coluna cromatográfica contendo resina de troca-aniônica AG1-X2, Bio-Rad, onde traços de zinco foram retidos. A eluição do íon Ga-III foi realizada com solução 2M de HCI. O mesmo procedimento foi repetido com a resina AG1-X8, Bio-Rad. O rendimento de recuperação do gálio variou com o cruzamento da resina, foi aproximadamente 90% para a primeira e 75% para a segunda. Observa-se aqui a influência do cruzamento de uma resina de troca-iônica na separação de metais.

Neirinckx e Merwe⁽⁴¹⁾, Silvester e Thakur⁽³⁹⁾ e Paradelis e colaboradores⁽⁵¹⁾ experimentaram a técnica de cromatografia de troca-catiônica para a separação do ⁶⁷Ga/Zn. Eles usaram o trocador catiônico procedente da Bio-Rad, AG 50W-X8, de granulometria 200-400 mesh. O alvo foi dissolvido em HCI concentrado^(39,41,51). Após, percolaram-se as soluções pela resina acondicionada com solução 12N de HCI e lavou-se a mesma com ácido clorídrico de mesma concentração, para eliminação de zinco. O gálio foi eluído com solução 3,5N de HCI^(39,41) e solução 4N de HCI⁽⁵¹⁾ respectivamente. Neirinckx adicionou gotas de iodeto de sódio à solução alvo para a redução do Fe-III a Fe-II. O eluído contendo ⁶⁷Ga foi levado à secura e recuperado em citrato de sódio apirogênico.

Brown⁽⁴⁰⁾ em 1971 estudou a separação gálio-zinco em meio HCI 7M empregando-se a extração com isopropil éter, com a finalidade de otimizar as condições de extração de gálio em função das concentrações de zinco. O alvo dissolvido em HCI 12N foi filtrado para remoção de partículas sólidas e levado à

secura. O resíduo remanescente foi diluído com solução 7M de HCI para obtenção de soluções em concentrações máximas de zinco de até 2M. Acrescentou-se gotas de cloreto de titânio(III) para garantir o estado de oxidação (II) de ferro presente. A atividade do gálio contida nas soluções foi extraída com isopropil éter, e posterior re-extração desta fase com solução 0,2M de HCI purificado, estéril e apirogênico. Este produto obtido foi então levado à secura e retomado em volume estéril de HCI 0,05M livre de pirogênio e filtrada em filtro millipore.

Este método de extração de gálio com isopropil éter não necessita da trocaiônica para complementar a descontaminação de zinco, visto que ele sozinho é capaz de fornecer um alto rendimento de separação, aproximadamente 95% em 3h de processamento.

Dahl e Tilbury⁽⁷⁾ realizaram a extração do ⁶⁷Ga com di-isopropil éter, sendo o alvo de zinco dissolvido em solução 8M de HCI e as duas fases misturadas. A fase orgânica contendo o gálio foi lavada com solução 8M de HCI. O radionuclídeo foi então extraído da fase orgânica com água, levado à secura, retomado em solução 3% de citrato de sódio e filtrado com filtro millipore. O tempo de operação foi de 4h após o término da irradiação.

Helus e Maier-Borst⁽⁸⁾ estudaram a separação ⁶⁷Ga/Zn empregando-se uma combinação de dois métodos diferentes de troca-iônica. O alvo de zinco irradiado foi dissolvido em solução 1N de HCI e a solução resultante foi percolada por uma coluna cromatográfica contendo a resina de troca - aniônica IRA-400, Amberlite, acondicionada com solução 1N de HCI. O zinco ficou retido e o gálio obtido na solução efluente foi percolado por uma coluna de Al₂O₃ para purificação. Após, o gálio foi recuperado em um pequeno volume de HCI. O tempo de processamento foi em torno de 2h com um rendimento de recuperação em torno de 80 a 90%.

Brown⁽⁴²⁾ pesquisou a separação do ⁶⁷Ga/Zn usando o mesmo procedimento citado acima apenas com algumas alterações na dissolução do alvo. Usou um equipamento de ultra-som para a dissolução do alvo, ácido clorídrico e gotas de H_2O_2 30% e então esta solução foi levada à secura para eliminação do excesso de H_2O_2 . O resíduo obtido foi processado como descrito no processo anterior⁽⁴⁰⁾.

Brodskaya e colaboradores⁽⁴³⁾ desenvolveram um método de cromatografia de extração para a obtenção do ⁶⁷Ga, com alta pureza radioativa, empregando-se sulfóxidos e ácido clorídrico. O alvo foi dissolvido em ácido clorídrico concentrado e esta solução foi então evaporada, o pH foi ajustado com o mesmo ácido. Brodskaya e colaboradores verificaram a influência de diferentes concentrações de HCI e sulfóxido na determinação dos coeficientes de extração dos íons Ga(III) e Zn(II) na fase orgânica e inorgânica. Concluíram que o melhor coeficiente de extração para ambos os íons Ga(III) e Zn(II) era obtido quando se usava solução 5M de HCI, solução 10% de sulfóxido de origem de petróleo, solução 10% de sulfóxido dihexil (DHSO) 0,46M em tolueno e que um aumento na concentração dos íons Ga e Zn de até 0,05 mg/mI não afetava os valores de separação.

Vlatkovic e colaboradores⁽⁴⁴⁾ estudaram a separação do gálio/zinco pela técnica de extração por solvente empregando-se metil isobutil cetona e uma mistura de HCI 2M, NH₄CI 1M, H₂SO₄ 1M e (NH₄)₂SO₄ 1M. Inicialmente o alvo irradiado foi submetido a uma lavagem com água, acetona e tetraclorometano. O zinco então foi dissolvido em HNO₃ e levado à secura. Em seguida adicionou-se HCI e novamente a solução foi evaporada, com a finalidade de transformar o nitrato em cloreto. O resíduo foi dissolvido na solução citada acima e o gálio foi extraído com metil isobutil cetona. Em uma segunda extração adicionaram-se algumas gotas de cloreto de titânio à fase inorgânica com a finalidade de reduzir o Fe-III a Fe- II. Desse modo o gálio obtido na fase orgânica não continha praticamente zinco, cobre ou ferro. Separou-se o ⁶⁷Ga da fase orgânica com água, evaporou-se a solução e converteu-se em citrato. Observa-se neste

trabalho a preocupação do autor em reduzir Fe- II a Fe- II, uma vez que este compete com o íon Ga-III inviabilizando o diagnóstico do paciente frente a qualidade da imagem tomográfica obtida.

Kopecky e Mudrová⁽⁴⁵⁾ estudou a separação do gálio por meio da técnica de cromatografia de adsorção em coluna de Al_2O_3 . O alvo de zinco foi dissolvido em um volume mínimo de solução 4M de HCI. A coluna de Al_2O_3 foi acondicionada com HCI diluído e o 67 Ga foi eluído com solução 0,1M de HCI.

Nagame e colaboradores⁽⁴⁶⁾ realizaram a separação ⁶⁷Ga/Zn por cromatografia de troca-iônica, onde o alvo foi dissolvido em HCI concentrado e percolado em uma coluna contendo a resina Dowex 1-X8. Recuperou-se o ⁶⁷Ga com solução 2N de HCI.

Grychowski e colaboradores⁽⁴⁷⁾ estudaram a separação ⁶⁷Ga-Zn, baseandose nas propriedades de extração de compostos fósforados orgânicos para diferentes íons metálicos, em função da variação da concentração de HCI. O zinco irradiado dissolvido em solução 7M de HCI, foi filtrado. O ⁶⁷Ga foi extraído do filtrado com solução 0,1M de octa-etil-tetra-amido pirofosfato(OETAPP) em clorofórmio. A fase orgânica contendo o ⁶⁷Ga foi lavada com solução 7M de HCI para remoção de traços de zinco. Reextraiu-se o gálio da fase orgânica com solução 0,01M de HCI. Grychowski concluiu que a concentração de 7M de HCI foi a que resultou na maior razão de distribuição para o gálio, em torno de 1,2x10⁴. A duração do processo foi ao redor de 3h e o rendimento em torno de 88%. O cloreto de gálio foi então convertido a citrato pela adição de solução 3% de citrato de sódio. A solução obtida foi filtrada em filtro millipore e esterilizada a 120°C.

Brit's e Strelow⁽⁴⁸⁾ separou ⁶⁷Ga e Zn por meio de cromatografia de adsorção. O alvo de zinco irradiado foi dissolvido em solução 7M de HCI e esta solução foi então percolada pela coluna contendo a resina de adsorção (SM-7), a

qual foi acondicionada com o ácido de mesma concentração e a eluição do íon gálio realizada com solução 0,5M de HCI. Esta técnica de separação Ga/Zn em coluna apresenta a vantagem de possibilitar o uso de concentrações menores de HCI, semelhantes às concentrações utilizadas no processo de separação por cromatografia de partição.

Weinreich e colaboradores⁽⁴⁹⁾ estudaram a separação gálio-zinco pelo método de extração cromatográfica associado a técnica de coluna, usando TBP como agente de extração. Uma coluna cromatográfica de dimensões específicas, contendo o material inerte (polimonoclorotrifluormetano) foi usada para absorver o agente complexante (TBP). A solução HCI 6N contendo o material irradiado foi percolada através da coluna citada. A atividade do íon Ga-III foi eluída com água. A solução de gálio eluída foi levada à secura e retomada em solução de citrato de sódio, com posterior filtração em filtro millipore. Todo o material empregado na separação (pinças, vidraria), em contato com a solução foi envolvido em teflon, para minimizar o surgimento de Fe-III. O rendimento de extração do íon gálio foi de aproximadamente 100%.

Batagiln ⁽⁵²⁾ e colaboradores e Fernandes ⁽⁵⁰⁾ e colaboradores executaram o mesmo procedimento cromatográfico de Silvester⁽³⁹⁾ e Neirinkx⁽⁴¹⁾. respectivamente, para a obtenção de gálio. Ambas usaram a mesma resina diferindo apenas na granulometria (AG 50W-X8 de granulometria 100-200 mesh, procedente da Bio-Rad). O citrato de ⁶⁷Ga obtido por Fernandes foi experimentado tanto em animais quanto em humanos com resultados satisfatórios.

Razbash e Sevastyanov⁽⁵³⁾ realizou a separação ⁶⁷Ga/Zn através da técnica cromatográfica de troca iónica, com o uso do trocador orgânico KRP-20t-60. O alvo foi disolvido em HCl ou HNO₃ e concentração ajustada para 0,2 M. A coluna foi acondicionada e lavada com a mesma concentração do ácido da solução alvo.

A eluição do gálio foi realizada com o mesmo ácido em concentração 1M. O rendimento de recuperação do gálio com HCI foi de 90% e com o HNO₃ menor do que o obtido com o HCI.

No IPEN/CNEN-SP a obtenção do radionuclídeo ⁶⁷Ga é realizada obedecendo procedimento apresentado por Silvester⁽³⁹⁾. A cromatográfia em coluna é uma das técnicas mas interessantes para a separação de substâncias radioativas, uma vez que é simples e facilita a operação dos equipamentos a distancias consideráveis dentro das celas com o auxílio de pinças mecânicas. As Figs. 3 e 4 mostram uma cela de processamento de material radioativo.

II.2 Separação do ⁶⁷Ga/Zn no presente trabalho

Empregaram-se as técnicas cromatográfica de troca iônica e adsorção, em coluna por tratarem-se de técnicas analíticas fáceis e quantitativas, adequadas às separações químicas de radioisótopos. Dentro desta linha de trabalho e baseando-se em estudos realizados por Brit's e colaboradores⁽⁴⁸⁾ foram utilizados os trocadores catiónicos: AG50W-X4 (100-200 mesh) da Bio Rad; AG50W-X8 (200-400 mesh) da Bio Rad e o adsorvedor orgânico: SM-7 (semelhante ao Amberlete XAD-7) da Bio Rad.



INTERIOR DA CELA DE GALIO-67


CAPÍTULO III

III. PROCESSOS DE SEPARAÇÃO

III.1. Cromatografia de Adsorção

Historicamente esta foi a primeira técnica cromatográfica a ser praticada. Tswett⁽⁵⁴⁾ introduziu-a em 1906, para separar os componentes corados de um extrato de planta. Primeiramente, o processo foi aplicado à separação de constituintes coloridos, que puderam ser identificados por sua aparência; daí procedeu o nome cromatografia. A cromatografia pode ser conceituada como um método físico-químiço de separação, no qual os constituintes da amostra a serem separados são particionados entre duas fases, uma estacionária e de grande área, e a outra um fluido que percola através da primeira.

As fases estacionárias empregadas na cromatografia podem ser classificadas de acordo com os seguintes tipos: materiais adsorventes sintéticos de grande área superficial e granulometria apropriada; substâncias orgânicas ligadas quimicamente a superfície de uma sílica gel de grande área superficial, polímeros porosos obtidos por técnicas de polimerização especial de monômeros bi e polifuncionais, de tal maneira a se obter resinas termorrígidas ou líquidos de baixíssima pressão de vapor à temperatura de trabalho, aliada à alta estabilidade química e térmica.

As fases móveis empregadas em cromatografia são por definição, fluidas. Neste aspecto, o fluido empregado poderá ser um gás ou um líquido e esta distinção classificará a cromatografia em cromatografia em fase gasosa ou cromatografia a gás, quando o fluido for um gás, e cromatografia em fase líquida ou cromatografia líquida quando o fluido for um líquido. A técnica cromatográfica é, portanto, classificada de acordo com a natureza física do material empregado como fase móvel.

Quando a fase estacionária for sólida, a cromatografia envolverá no mecanismo de separação, fenômenos de adsorção, enquanto que, ao empregarmos fases estacionárias líquidas, o fenômeno envolvido será sempre de partição.

Podemos dizer que a separação cromatográfica ocorre devido a uma sequência de estágios de partição ou adsorção dos componentes da amostra entre duas fases imiscíveis (móvel e estacionária). O fenômeno de separação é regido pela adsorção das substâncias dissolvidas na fase móvel sobre a superfície do adsorvente considerado.

Podemos considerar a adsorção química como sendo uma reação química heterogênea caracterizada por ser confinada à primeira camada do adsorvente sólido. Suponhamos uma solução contendo as substâncias A e B que deverão ser separadas. Para ela, valem equilíbrios do tipo⁽⁵⁵⁾ :

$$A + S \xrightarrow{1}_{2} AS$$

$$B^+S \xrightarrow{3}_{4} BS$$

em que S são os sítios ativos do adsorvente e AS e BS, os complexos superficiais formados. As velocidades das duas reações são :

$$V_1 = K_1 a_{A_1} a_{S}; V_2 = K_2 a_{AS}$$

$$V_3 = K_3 a_B a_S; V_4 = K_4 a_{BS}$$

no equilíbrio:

$$V_1 = V_2$$
; $V_3 = V_4$

e as constantes de equilíbrio e os coeficientes de adsorção são definidos em primeira aproximação pela relação das velocidades $K_1/K_2 = Ka e K_3/K_4 = Kb$. "a" representa as atividades (concentrações efetivas) dos constituintes A e B.

Se Kb>Ka, significa que o complexo superficial BS é mais estável que o AS e, portanto, este último viajará com maior velocidade dentro da coluna, isto é, B será mantido mais firmemente ligado à superficie formando BS.

Os solventes ou gases empregados como fase móvel competem também com a área superficial da fase estacionária e, portanto, alteram profundamente as velocidades de adsorção e dessorção das substâncias A e B, pois alteram a magnitude de AS e BS.

III.1.1. Considerações sobre o adsorvedor orgânico SM-7 Bio Rad semelhante a XAD-7 da Amberlite.

O uso das resinas SM-7 e XAD-7 para a adsorção de solutos apolares e certos solutos orgânicos polares é bem conhecido⁽⁵⁶⁾ porém, foi motivo de surpresa a adsorção de íons de metais complexados inorganicamente^(48,57,58) nestas. O adsorvedor SM-7 é constituído de grãos de polímero acrilico alifático onde cada grão é composto de um grande número de microesferas com ligações altamente cruzadas resultando em grande área superficial e poros uniformes, porém não contendo grupos de troca iônica. Possuem estabilidade física excelente e resistem a temperaturas de até 250°C. A seguir apresenta-se sua estrutura.



X = COOR

Estrutura química do adsorvedor SM-7, Bio Rad⁽⁵⁹⁾.

Esta resina adsorve compostos polares a partir de solventes apolares ou compostos apolares a partir de solventes polares. As variáveis que influenciam nas interações entre resina e moléculas do solvente são: pH, tipo e concentração do solvente. Os íons de metais bivalentes apresentam adsorção maior que os íons de metais trivalentes em pH mais altos e o contrário é válido para os íons de metais trivalentes⁽⁵⁷⁾, como mostra a Fig.5.

A adsorção de traços de metais é favorecida com o uso de leitos menores e mais estreitos (assim como com resinas de partículas menores). A Fig.6 propõe um mecanismo de adsorção ao se usar a resina SM-7⁽⁶⁰⁾.

•



Figura 5: Efeito do pH na adsorção do Ni (II) Δ e Cr (III) ®

T



Figura 6: Mecanismo de adsorção para o adsorvedor SM-7, Bio Rad.

III.2 Cromatografia de Troca lônica^(61,62)

Várias substâncias naturais e artificiais apresentam propriedades trocadoras de íons. Um trocador iônico pode ser definido como um material que contém um "esqueleto"ou "matriz", na qual são fortemente fixados íons de carga positiva ou negativa. Para preservar a neutralidade elétrica, este sólido deve conter íons móveis ou deslócáveis de carga oposta. Quando os íons fixos da matriz são negativos, os íons deslocáveis ou trocáveis devem ser positivos, neste caso o trocador é catiônico. No caso oposto, quando os íons fixados são positivos, os íons trocáveis são negativos e, portanto, tem-se um trocador aniônico.

O processo de troca iônica é estequiométrico, isto é, os íons são trocados em quantidades equivalentes. A mobilidade de troca dos íons determina a taxa de difusão no estudo da cinética do processo. Para manter a neutralidade, o trocador deve ter uma quantidade de íons de carga oposta aos íons trocáveis, que são chamados de íons fixos. As principais características de um trocador de íons são a sua capacidade, isto é, a quantidade de íons que são trocáveis por quantidade unitária de trocador e a seletividade, que é a restrição de que certos íons podem ser trocados.

São conhecidos dois tipos de trocadores de íons: os inorgânicos e os orgânicos (ou resina). Os trocadores inorgânicos podem ser naturais, em geral aluminosilicatos cristalinos como os zeólitos (chalazita, natrolita, etc.) ou podem ser sintéticos. As desvantagens desses materiais são: o fato de não incharem muito, a pouca mobilidade dos íons trocáveis e geralmente sofrem decomposição por ataque de ácidos e bases.

Os mais importantes e os mais utilizados são as resinas trocadoras de íons. Elas contém uma matriz hidrofóbica tridimensional que é uma cadeia de hidrocarbonetos com grupos iônicos fixos (componentes hidrofílicos) como :

-SO3⁻, -COO⁻, -PO3²⁻, AsO3²⁻ em resinas catiônicas e

-NH3⁺, -NH2⁺, -N-⁺, -S-⁺ em resinas aniônicas

As resinas tornam-se insolúveis pela introdução de ligações cruzadas as cadeias de hidrocarbonetos. A matriz da resina é elástica, podende expandir e inchar pela presença de solvente. O grau de ligações cruze determina a largura da rede da matriz e, portanto, a habilidade da resina inchar e a mobilidade dos íons contáveis.

As resinas de troca iônica são preparadas por polimerização, condensaou adição. Esta última tem a vantagem de ajustar o grau de ligações cruzar mais facilmente.

A capacidade da resina é determinada pelo número de grupos iônicos fixe A capacidade é dependente do pH por causa da neutralização das cargas dess grupos. Grupos fracamente ácidos, como -COO⁻ só ionizam em pH alto, enquar que os grupos fracamente básicos como -NH₃⁺ só ficam ionizados a pH baixo. (grupos fortemente básicos e ácidos permanecem ionizados em qualquer pH. natureza desses grupos afeta também a seletividade da resina, porque íons q tendem a formar pares de íons ou complexos com esses grupos são preferidos.

A cromatografia de troca iônica é na maioria dos casos, aplicada para io pequenos, mas pode também ser aplicada no caso de exclusão macromoléculas e em processos chamados não cromatográficos. As reações troca iônica são reversíveis e se dão de modo equivalente e de um modo gera capacidade total de troca é a mesma para os íons pequenos (caso geral dos ío inorgânicos). Para íons grandes a capacidade de uma resina pode ser diferent esta propriedade é usada na separação de ânions de ácidos de alto PM daquel ânions menores. A seletividade da resina por um íon é comandada por divers fatores. Uma resina prefere um íon de maior valência, por ser mais atraí eletrostaticamente, e essa preferência aumenta com a diluição da solução. De a

modo geral pode-se afirmar que quanto menor o íon hidratado maior a sua afinidade para com a resina. O coeficiente de seletividade para um mesmo íon cresce com o aumento do grau de ligações cruzadas da resina. O trocador de íons prefere também os íons que menos se associam com os co-íons (íons de carga oposta aos íons trocáveis e que se encontram no trocador).

Trocadores catiônicos preferem os cátions que formam, com o ânion, o complexo com o menor número médio de ligantes. Já os trocadores aniônicos preferem os cátions que formam, com o ânion, o complexo mais forte ou com o maior número de ligantes.

III.2.1. Constantes de equilíbrio:

Os equilíbrios de trocas iônicas podem ser tratados mediante a aplicação da lei da ação das massas. Suponhamos que uma resina contendo o íon trocável B seja posta em contato com uma solução contendo o íon A com igual carga. Estabelecer-se - á o equilíbrio:

$$A_{(soluçãr)} + BR_{(resina)} \leftrightarrow B_{(soluçãr)} + AR_{(resina)}$$

a constante de equilíbrio (coeficiente de seletividade) é dada por

$$K = \frac{a_{B} a_{AR}}{a_{A} a_{BR}} \tag{1}$$

em que $a_A e a_B$ são as atividades dos íons A e B na solução e $a_{AR} e a_{BR}$, as atividades daqueles íons na fase da resina. Os dois últimos termos podem ser substituídos pelo produto dos coeficientes de atividade e dos termos das frações molares. Então,

$$K = \frac{a_B x_{AR} f_{AR}}{a_A x_{BR} f_{BR}}$$
(2)

em que x_{AR} e x_{BR} representam as frações molares da resina nas formas AR e BR, respectivamente, e f_{AR} e f_{BR}, os coeficientes de atividade. A equação (2) pode ser escrita na forma

$$\frac{\mathbf{a}_{\mathsf{B}} \mathbf{x}_{\mathsf{AR}}}{\mathbf{a}_{\mathsf{A}} \mathbf{x}_{\mathsf{BR}}} = \mathbf{K} \frac{\mathbf{f}_{\mathsf{BR}}}{\mathbf{f}_{\mathsf{AR}}} = \mathbf{K} \mathbf{p}$$
(3)

onde Kp é o chamado quociente de equilíbrio prático ou aparente. A relação de atividade f_{BR}/f_{AR} não é diretamente mensurável e, portanto, o valor de K não pode ser conhecido. Porém, Kp pode ser determinado experimentalmente por meio da medida das concentrações de íons em uma resina e as atividades correspondentes na solução em equilíbrio com a resina. Kp não se mantem completamente constante quando as concentrações dos íons na resina ou as atividades dos íons na solução variam, principalmente quando os íons apresentam cargas diferentes. Entretanto, observou-se que , se um dos íons se encontrar em grande excesso tanto na solução como na resina, Kp torna-se relativamente constante e independente das variações de concentração do outro íon. Em outras palavras, quando $a_{B \times 3} a_A$, $x_{BR \times 5} x_{AR}$ e a_B é fixado, a Eq (3) toma a forma

$$\frac{x_{AR}}{a_A} = \frac{x_{BR} Kp}{a_B} = Kd$$

em que Kd é o quociente de distribuição ou partição. Os valores de Kd expressam a tendência de uma dada resina para fixar um íon A em troca do íon B. Quando Kd é grande, isso significa que a resina possui uma preferência pelo íon A; quando, pelo contrário, Kd é pequeno, a resina tende a fixar o íon B.

III.2.2. Cinética de troca iônica:

A capacidade dos modernos polímeros trocadores de íons é tal que a troca iônica se dá inteiramente no interior do grão da resina, isto é a troca é um fenômeno de difusão. Distinguem-se cinco estágios, quando ocorre a troca de um íon fixado na resina por outro da solução externa:

1- difusão do meio da solução até a superfície da resina.

- 2- difusão através da resina até os pontos de troca (grupos funcionais)
- 3- reação de troca (processo químico)
- 4- difusão do ion trocado da resina até a superfície
- 5- difusão da superfície da resina para o interior da solução

A velocidade de reação de troca global que é governada pelas leis de difusão, depende dos seguintes fatores: concentração da solução eletrolítica externa, tamanho dos grãos da resina, coeficientes de atividades individuais dos íons na fase solução e na fase resina, portanto, do grau de cruzamento da resina e também da temperatura. De um modo geral, quando as soluções externas são concentradas, os grãos da resina são pequenos, os íons hidratados são pequenos e usando-se resinas levemente cruzadas em soluções aquecidas, as velocidades de troca iônica são altas.

III.2.3. Curva de Break-through (BT):

A maior parte dos processos de troca iônica em laboratório são desenvolvidos em colunas. Consideremos uma coluna contendo resina catiônica forte na forma de sódio R-Na, e como influente (solução carga) uma solução ácida de concentração Co. Depois de um certo volume de ácido ter sido percolado na coluna, a resina no topo fica totalmente na forma R-H, sendo a concentração de H⁺ da solução nesta parte da coluna igual à concentração do ácido influente, $C_{H}^{+} = Co$. A parte inferior da coluna ainda está na forma R-Na e o efluente está saindo com os íons Na⁺ e não H⁺. Na zona intermediária da coluna tem-se H⁺ e Na⁺ na resina e na solução externa, sendo que a concentração de H⁺

na solução varia ao longo da coluna, de $C_{H}^{+} = Co$ a $C_{H}^{+} = 0$. A relação C/Co ao longo da coluna é vista esquematicamente na Fig.7. Como a troca é equivalente, o efluente não contém ainda H^{+} , e está saindo com uma concentração equivalente em Na⁺.

Continuando a entrada da solução de carga, a coluna ficará saturada em H⁺ e este aparecerá no efluente. A primeira detecção de íons H⁺ no efluente indicará o ponto de break- through (ponto de BT) para o hidrogênio. A partir deste ponto a concentração de H⁺ no efluente cresce continuamente até atingir a concentração do influente, onde $C_{H^+influente} = C_{H^+efluente}$, enquanto a concentração de Na⁺ decresce continuamente até zero. Dizemos que a coluna está totalmente saturada em H⁺ ou 'regenerada' na forma hidrogênio.

Na curva de BT típica apresentada na Fig. 7, o volume 'a' representa a capacidade de BT da coluna para um íon em condições práticas de troca iônica. O volume 'b' representa a capacidade de troca teórica do leito da coluna se a curva de BT for simétrica e indica apenas aproximadamente a capacidade de troca total da coluna para um determinado íon⁽⁶¹⁾.

Pode-se aumentar a capacidade de BT usando-se resinas de pequeno tamanho de partículas e baixo grau de ligações cruzadas, operando-se a temperaturas elevadas ou diminuindo-se os fluxos dentro da coluna. Porém, existem desvantagens, já que as resinas com pequeno tamanho de partículas criam resistência a altos fluxos de eluição. O baixo grau de ligações cruzadas produz mudanças acentuadas no inchamento da resina, favorecendo a formação de canais. Os efeitos de dimensões de coluna (altura x diâmetro) são importantes, visto que para uma mesma quantidade de resina a capacidade de BT aumenta com o aumento do comprimento ou diminuição do diâmetro da coluna. A relação entre a altura e o diâmetro for muito pequeno provocará má distribuição do fluxo devido a efeitos de parede.



Figura 7: Exemplo de curva de Break-Through⁽⁶²⁾

III.2.4. Curva de Eluição:

Na cromatografia de troca iônica os compostos iônicos em solução aquosa (fase móvel); às vezes também soluções de solventes mistos, são separados baseando-se em suas diferenças de afinidade para com os grupos iônicos que são parte integrante de uma fase sólida insolúvel (fase estacionária, resina). Supondo uma solução com os íons B e C, a serem separados em uma resina na forma A e que a sequência de seletividade da resina seja B< < A< < C, a espécie B é rapidamente eluída da resina por uma solução AY. A espécie C permanece na resina e será eluída posteriormente. O outro método é a complexação de um dos íons, retirando-o da resina. Um gráfico que mostra a separação dos componentes em função do volume de eluição é chamado de 'Curva de Eluição' exemplificado na Fig. 8. Um aumento da altura da coluna aumenta a distância entre os picos, mas tem como consequência o seu alargamento.



Figura 8: Curvas de eluição: separação Zn(II) e Ga (III) por troca catiônica.

CAPITULO IV

PARTE EXPERIMENTAL

IV.1. Equipamentos

- Espectrômetro de raios gama provido de detector de Ge-Li, Ortec, acoplado a um analisador de 4096 canais, Ortec, modelo 7450.
- Agitador Bactec, modelo NR 2.
- Fonte de ⁶⁰Co; Modelo Gammacell 220; A=663,602Ci em 24/03/94.
- Contador γ tipo poço; cristal Nal(TI), modelo ANSR-Laboratório Abbot.
- Espectrômetro de Absorção Atômica; marca Perkin Elmer, modelo.5000.

IV. 2. Materiais e reagentes

Materiais

- Resinas de troca catiônica: AG 50W-X4, de granulometria 100-200 mesh e AG 50W -X8, de granulometria 200-400 mesh, ambas procedentes da Bio Rad.
- Resina de adsorção: SM-7 de granulometria, 20-50 mesh, da Bio Rad.
- Papel de cromatografia Whatman 3MM.

Reagentes

Ácido clorídrico, sulfato de zinco hepta hidratado, ácido sulfúrico, hidróxido de sódio, piridina, metanol, citrato de sódio, todos de grau analítico, procedentes da Merck.

IV. 3. Determinação dos coeficientes de distribuição do ⁶⁷Ga em meio HCI 7M no adsorvedor SM-7 (Bio Rad).

Conforme o objetivo proposto pelo trabalho, fez-se necessário o estudo preliminar da determinação dos coeficientes de distribuição do ⁶⁷Ga na resina SM-7 em presença e ausência de zinco.

IV. 3.1. Procedimento experimental

A resina SM-7 foi submetida à secagem até peso constante, em estufa, onde a temperatura foi mantida em 60°C. Pesaram-se 0,1 g da resina seca em tubos de vidro previamente preparados para o objetivo (lavados adequadamente e secos em estufa até peso constante). Em seguida adicionaram-se aos 6 primeiros tubos 5 ml de solução de ⁶⁷Ga em meio HCl 7M (resultando a espécie química $GaCl_4^{--}$)⁽⁴⁸⁾ e aos outros 6 tubos adicionaram-se 5,0 ml da solução carga (alvo de zinco irradiado dissolvido em solução 7M de HCl).

Os tubos foram vedados com parafilme para se evitar perdas de material e dispostos adequadamente num sistema de grade para agitação, em um Agitador Bactec. Estes foram agitados em 290 rpm, durante o período de 5 h. Ao término do processo de agitação coletou-se 1,0 ml da solução sobrenadante de cada tubo para contagem, na região de 184 KeV, que corresponde ao fotopico relativo ao radionuclídeo ⁶⁷Ga. Relacionaram-se as contagens assim obtidas para o ⁶⁷Ga com a massa de resina envolvida no processo e efetuou-se o cálculo para a determinação do Kd.

IV.3.2. Cálculo para determinação do Kd.

Kd = <u>n° milieq. do íon fixado em 1,0 g de resina seca</u> n° milieq. do íon em 1,0 ml de solução Apresentam-se os resultados no cap. V, ítem V.1.

IV. 4. Estudo da estabilidade da resina SM-7 quando submetida a altas doses de radiação Υ.

Considerando-se que os resultados dos estudos desenvolvidos no trabalho em questão possam ser aplicados à separação de ⁶⁷Ga e posteriormente sua produção rotineira, verificou-se a estabilidade da resina SM-7 em função da dose de radiação Y correspondente à atividade manipulada nas produções rotineiras do IPEN-CNEN/SP. Assim, o adsorvedor SM-7 em meio HCI 7,0M foi submetido à dose de radiação Y de 4,8 Gy, em fonte de ⁶⁰Co por um período de 36 segundos. A resina irradiada foi empregada no processo de separação ⁶⁷Ga/Zn onde se efetuaram experimentos paralelamente aos realizados com a resina normal, para verificação da reprodutibilidade dos resultados.

IV.5. Preparação do alvo de irradiação para a obtenção do ⁶⁷Ga

O alvo de zinco é obtido por um processo eletrolítico O eletrólito constituído de ZnSO₄. 7H₂O em meio H₂SO₄ 0,1N é adicionado a uma cuba eletrolítica contendo um suporte retangular de cobre niquelado onde o Zn é eletrodepositado. A corrente aplicada é de 100 mA e após 7 h tem-se a massa (\cong 500 mg) de zinco eletrodepositado. O alvo eletrodepositado é então lavado com água bidestilada para neutralização e seco em estufa, em temperatura de aproximadamente 100°C, e após atingir a temperatura ambiente é pesado. Nesta fase o alvo se encontra pronto para ser irradiado.

IV.5.1. Irradiações dos alvos de zinco no cíclotron CV-28

ĉ

Os alvos foram irradiados com prótons de E \cong 22 MeV e correntes ao redor de 10 μ A durante 1 h. Os rendimentos de ⁶⁷Ga ao final das irradiações (EOB) foram na faixa de 230 MBq.

Os alvos irradiados foram então dissolvidos em solução de ácido clorídrico e a partir desta solução procederam-se aos experimentos de separação ⁶⁷Ga/Zn.

IV.6. Procedimento de separação ⁶⁷Ga/Zn

Estudou-se a separação ⁶⁷Ga-Zn em colunas cromatográficas empregandose os dois trocadores iônicos AG 50W-X4 de granulometria 100-200 mesh , AG 50W-X8 de granulometria 200-400 mesh e o adsorvedor orgânico SM-7 de granulometria 20-50 mesh. Iniciou-se a pesquisa fixando-se primeiramente aqueles parâmetros usados no processo de separação do ⁶⁷Ga-Zn do IPEN-CNEN/SP, ou seja: diâmetro interno da coluna cromatográfica (11,0 mm); volume do leito de resina (8,0 cm³); volume da solução de lavagem (50,0 ml) e volume da solução eluente (15,0 ml). Mantiveram-se constantes em todas as sequências experimentais, a massa de zinco (500 mg) oriunda da eletrólise, durante a preparação do alvo de irradiação, o volume da solução influente (18,0 ml) e a vazão da solução carga (0,3 ml/min.cm²). Os demais parâmetros, os quais sofreram variações, são mostrados a partir do ítem IV.6.1.

IV.6.1. Procedimento de preparação das colunas para a separação ⁶⁷Ga/Zn usando-se os trocadores catiônicos AG50W-X4 e AG50W-X8 da Bio Rad.

 a) lavaram-se as colunas cromatográficas contendo volumes de resinas especificados nos ítens IV.6.3, IV.6.3.1 eIV.6.4 com 100,0 ml de solução 1M de NaOH, para eliminação de impurezas orgânicas e em seguida com àgua bidestilada até pH neutro, para eliminação do excesso de NaOH.

b) após o tratamento acima, procedeu-se ao acondicionamento das colunas, usando-se 50,0 ml de solução 10M de HCl.

c) percolaram-se pelas colunas 18,0 ml da solução carga (alvo de zinco natural irradiado, dissolvido em solução de àcido clorídrico concentrado) cuja concentração de zinco foi de aproximadamente 0,4 M.

d) lavaram-se as colunas com 50,0 ml de solução 10M de HCI, com a finalidade de eliminação dos elementos zinco, níquel e cobre, provenientes do alvo e do porta alvo, respectivamente.

e) após a lavagem, eluiu-se o ⁶⁷Ga retido na coluna com 15,0 ml de solução 3,5M de HCI.

f) para a determinação da retenção do ⁶⁷Ga e dos rendimentos de eluição e de separação do par ⁶⁷Ga-Zn, pipetou-se 1,0 mI de cada solução: carga e efluente de carga, lavagem e eluído, em tubos de contagens e estes foram analisados em espectrômetro de raios gama.

IV.6.1.1. Cálculos da retenção do ⁶⁷Ga nas resinas, eluição do ⁶⁷Ga e separação ⁶⁷Ga/Zn.

Contagens

Computaram-se aquelas referentes ao fotopico de 184 KeV correspondente ao ⁶⁷Ga fazendo-se as correções relativas do volume de cada fração e relacionando-as a um mesmo tempo.

a) % retenção: atividade retida x 100 atividade percolada

b) % eluição: $\frac{\text{atividade eluída x 100}}{\text{atividade retida}}$

c) % separação: atividade eluída x 100 atividade percolada

IV.6.2. Procedimento de preparação das colunas e separação dos elementos Ga/Zn empregando-se o adsorvedor orgânico SM-7.

A sequência experimental usada para a resina SM-7 foi a mesma citada para os trocadores catiônicos (ítem IV.6.1), exceto as concentrações dos reagentes no processo de separação, que são citadas a seguir:

- a) tratamento da coluna solução 0,1M de NaOH
- b) acondicionamento da coluna solução 7M de HCI.
- c) solução carga em meio HCI 7M
- d) lavagem da coluna solução 7M de HCI.
- e) eluição solução 0,5M de HCI.

IV.6.3. Separação ⁶⁷Ga/Zn empregando-se os trocadores catiônicos e o adsorvedor orgânico e usando-se colunas com diâmetro interno = 11,0 mm em função de diferentes volumes de leito = 8,0, 5,0 e 2,0 cm³

Estes experimentos foram realizados obedecendo-se os procedimentos citados nos ítens IV.6; IV.6.1 e IV.6.2.

As porcentagens de retenção e eluição do ⁶⁷Ga nas resinas e a separação ⁶⁷Ga-Zn foram determinados e os resultados são apresentados no cap.V, tabela 3.

IV.6.3.1. Separação 67 Ga/Zn usando-se colunas com diâmetro interno = 8,0 mm. Volume dos leitos das resinas: AG50W-X4 e AG50W-X8 e do adsorvedor orgânico SM-7 = 2,0 cm³.

Estes experimentos também foram realizados de acordo com os procedimentos IV.6,IV.6.1 e IV.6.2.

A tabela 4 apresenta os resultados obtidos.

IV.6.4. Otimização das condições de separação ⁶⁷Ga/Zn empregando-se o adsorvedor SM-7.

Considerando-se que os melhores valores de separação ⁶⁷Ga-Zn foram aqueles obtidos com o adsorvedor SM-7 e neste caso também com a vantagem de se trabalhar com reagentes em concentrações menores, efetuou-se então a otimização dessas condições de separação, mantendo-se a mesma linha de trabalho até então utilizada e, variando-se alguns parâmetros que são descritos a seguir; com base nos estudos de Brit's e colaboradores ⁽⁴⁸⁾.

a) diâmetro interno da coluna = 6,0 mm e volume de leito = 2,0; 1,0; 0,5 e
0,28 cm³ (Brit's). O procedimento experimental para otimização da separação
⁶⁷Ga/Zn foi o mesmo utilizado no ítem IV.6.2.

Os resultados obtidos encontram-se na tabela 5.

b) idem ao procedimento "a", porém fixando-se o volume do leito de resina
= 0,28 cm³ e variando-se a concentração da solução eluente HCI 0,5M para 0,01M.

A tabela 6 mostra os resultados.

IV.6.5. Determinação do volume ideal para a lavagem das colunas

Objetivou-se otimizar o volume de solução de lavagem, capaz de retirar os metais contaminantes: Ni, Cu, e Zn, sem perdas de ⁶⁷Ga. O radioisótopo ⁶⁷Ga é um produto injetável e portanto ao produzi-lo, deve se obedecer o limite permissível destes contaminantes no produto final, ou seja, até 20 µg Zn/ml^(,63) e quantidades desprezíveis de níquel e cobre.

O volume mínimo de lavagem foi determinado durante o procedimento de separação ⁶⁷Ga-Zn, onde na etapa de lavagem recolheram-se volumes de 3,0 ml da solução, em 45 tubos de contagens apropriados e estes foram submetidos a

contagens no fotopico de 1115 KeV, correspondente a energia do ⁶⁵Zn. Os metais provenientes do suporte de alvo que são: cobre, ferro e níquel, foram analisados pelo método de absorção atômica no Departamento de Engenharia Química e os resultados são mostrados no cap.V, ítem V.8.

IV.6.6. Determinação do volume ideal para a eluição do gálio.

Para a construção da curva de eluição, empregou-se o volume total de 15,0 ml de eluente, coletado em frações de 1,0 ml e submetidos a contagem no fotopico de E= 184 KeV relativo ao ⁶⁷Ga.

A curva de eluição é apresentada na Fig. 9.

IV.6.7. Obtenção de citrato de gálio

Uma vez estabelecidos os parâmetros ideais de separação ⁶⁷Ga-Zn, empregando-se a resina SM-7 (tabela 5), o eluído das colunas, obtido na forma química cloreto de ⁶⁷Ga, foi transformado em citrato (forma química na qual o ⁶⁷Ga é injetado) e em seguida realizou-se o controle de qualidade do produto.

IV.6.7.1. Procedimento

Aqueceu-se o eluído lentamente em banho maria, até secura completa e em seguida adicionaram-se 2,0 ml de água oxigenada para a eliminação de impurezas orgânicas. Mais uma vez, a solução foi aquecida até secura e após, foram adicionados 5,0 ml de água bidestilada. Repetiu-se este procedimento.

Após a sequência descrita acima adicionou-se solução 3,8% de citrato de sódio à solução, para a transformação em citrato de gálio.

i

IV.6.8. Controle de qualidade do produto

IV.6.8.1. Pureza radioativa

A análise da pureza radioativa, que tem por finalidade garantir a ausência de outros isótopos radioativos, foi realizada retirando-se alíquotas de citrato de gálio em tubos de contagem apropriados, os quais foram submetidos a contagens em um detector de Ge-Li. Os resultados encontrados acham-se no íten V.8.

IV.6.8.2. Pureza química

As quantidades de ferro, níquel e cobre na solução final de citrato de ⁶⁷Ga foram determinadas por absorção atômica e os resultados devem obedecer os limites mostrados abaixo, na tabela 2.

Tabela 2. Limites de impurezas químicas nas soluções de gálio-67

Natureza da	Concentração	Ref
Impureza	μg/ml solução	
Fe	≤ 10,0	46
Zn	≤ 20,0	63

Obs: Os limites para o Cu e Ni não foram encontrados na literatura.

Os resultados obtidos em nossos experimentos encontram-se no ítem V.8.

IV.6.8.3. Pureza radioquímica

•

O controle da pureza radioquímica foi feito por cromatografia ascendente em papel Whatman n° 3 MM, em tiras de 1,0 x 20,0 cm, usando-se como solvente piridina-metanol-água, na proporção 1:2:4. Fez-se a determinação das porcentagens dos compostos de gálio, cortando-se as fitas de papel em pedaços de meio centímetro e a radioatividade foi determinada em contador Y. A média dos resultados obtidos para diversas amostras, encontram-se no ítem V.8.

Т

CAPÍTULO V

RESULTADOS E DISCUSSÃO

V.1. Determinação dos coeficientes de distribuição do ⁶⁷Ga no adsorvedor SM-7

Os valores obtidos para os coeficientes de distribuição foram: $(2,5 \pm 0,3) \times 10^3$ para o ⁶⁷Ga isento de zinco e $(2,4 \pm 0,2) \times 10^3$ para o ⁶⁷Ga em presença de zinco. Verifica-se que estes valores são semelhantes àqueles obtidos por Brit's e colaboradores⁽⁴⁸⁾ quando usaram a resina XAD-7, Amberlite (similar a SM-7) e estes confirmam a grande capacidade de retenção do Ga pelo adsorvedor SM-7, Bio Rad. Nota-se que a presença de zinco tem pequena influência no valor do coeficiente de distribuição.

V. 2. Estudo da estabilidade da resina SM-7 quando submetida a altas doses de radiação Υ.

Os valores de retenção, eluição e de separação ⁶⁷Ga-Zn obtidos quando se empregou a resina irradiada foram semelhantes àqueles obtidos com a resina sem ser submetida à irradiação. V.3. Separação de 67 Ga/Zn empregando-se os trocadores catiônicos e o adsorvedor orgânico e usando-se colunas com diâmetro interno = 11,0 mm em função de diferentes volumes de leito = 8,0; 5,0 e 2,0 cm³

Tabela 3. Comportamento do ⁶⁷Ga nas resinas AG50W-X8 e AG50W-X4 (Bio-Rad) e no adsorvedor orgânico SM-7 (Bio Rad). Diâmetro interno da coluna = 11,0 mm. Variação do volume do leito = 8,0; 5,0 e 2,0 cm³,

Vol. do leito da		Resinas		
coluna(cm ³)	· .	AG50W-X8	AG50W-X4	SM-7
	Retenção (%)	92,9±0,5	93,5 ± 3,0	95,1 ± 0,2
8	Eluição (%)	88,8±2,4	96,2 ± 2,8	77,2 ± 2,1
	Sep. ⁶⁷ Ga/Zn			
	(%)	84,4± 1,9	89,2 ± 2,8	72,7 ± 2,1
	Retenção (%)	93,2 ± 2,8	94,9 ± 0,3	95,1 ± 0,4
5	Eluição (%)	91,1 ± 1,0	95,3 ± 1,1	81,2 ± 2,0
	Sep. ⁶⁷ Ga-Zn			
	(%)	85,2 ± 1,3	89,6 ± 1,0	76,4 ± 1,8
	Retenção (%)	61,4 ± 1,9	84,6 ± 3,2	99,7 ± 0,1
2	Eluição	92,7 ± 1,8	96,4 ± 1,2	98,0 ±0,5
	Sep. ⁶⁷ Ga-Zn			
	(%)	57,7 ± 3,9	80,2 ± 2,3	97,4 ± 0,7

Obs: Valores médios de seis experimentos.

Analisando-se a tabela 3, onde se varia o volume do leito de resina (8 e 5 cm³), observa-se, para as três resinas que os melhores resultados de separação foram encontrados para os trocadores catiônicos, como era de se esperar teoricamente, porque estes possuem capacidade de troca maior que a do adsorvedor, que a faz por um processo superficial.

Quando se diminue o volume do leito de resina para 2,0 cm³ os melhores resultados são referentes ao adsorvedor SM-7. Uma explicação para este comportamento deve-se ao fato, de que para o adsorvedor SM-7 o fenômeno de troca ocorre na superfície dos grãos, não havendo necessidade de um maior tempo de contato entre a solução e a resina. Já os trocadores iônicos necessitam de maior volume de leito e maior tempo de contato com a solução influente, visto que a troca iônica ocorre por meio da difusão dos íons da solução pelos grãos da resina. Portanto, uma diminuição no leito de resina prejudica a troca quando se usam as duas resinas iônicas.

Ainda, comparando-se os resultados entre as duas resinas catiônicas, notase que a AG50W-X4 apresenta valores de separação melhores que a AG50W-X8, isto porque a primeira sendo menos cruzada, seus grãos são mais porosos, facilitando a difusão da solução entre eles e exigindo menor tempo de contato para a troca iônica. V.4. Separação 67 Ga/Zn usando-se colunas com diâmetro interno = 8,0 mm e volume do leito das resinas: AG50W-X4 e AG50W-X8 e do adsorvedor orgânico SM-7 = 2,0 cm³.

Tabela 4. Comportamento do 67 Ga nas resinas AG 50 W - X8 e AG 50W - X4 (Bio-Rad) e no adsorvedor orgânico SM-7 (Bio Rad). Diâmetro interno da coluna = 8,0 mm. Volume do leito da coluna = 2,0 cm³

Diâmetro			Resinas	
interno da	·	AG 50W-X8	AG 50W-X4	SM-7
coluna (mm)				
	Retenção (%)	67,7 ± 0,9	86,0 ± 3,6	99,7 ± 0,2
8,0	Eluição (%)	99,2 ± 0,8	92,6±8,6	76,4 ± 3,3
	Sep. ⁶⁷ Ga/Zn			
	(%)	67,3 ± 1,3	78,8 ± 3,7	76,2 ± 3,3

Obs: valores médios de seis experimentos.

Observa-se na tabela 4 que quando se dimunui o diâmetro interno da coluna e mantem-se o volume de resina, aumenta-se a altura do leito de resina favorecendo o rendimento de separação para os trocadores e desfavorecendo os mesmos para o adsorvedor SM-7. O rendimento de separação para o adsorvedor SM-7 foi menor do que aquele mostrado na tabela anterior, quando se usou também o mesmo volume de leito. Isto se explica pelo fato de que com a diminuição do diâmetro interno da coluna de 11,0 mm para 8,0 mm a altura do leito aumentou de 2,6 para 4,0 cm, dificultando a eluição. Para a obtenção de

T

maior rendimento de eluição do ⁶⁷Ga neste caso seria necessário um volume maior de solução eluente ou então um aumento em seu pH.

V.5. Otimização das condições de separação ⁶⁷Ga/Zn empregando-se o adsorvedor SM-7.

Tabela 5. Comportamento do 67 Ga quando se empregou o adsorvedor SM-7. Diâmetro interno da coluna = 6,0 mm. Volume de leito = 2,0; 1,0; 0,5 e 0,28 cm³.

Volume de leito	Retenção (%)	Eluição(%)	Separação ⁶⁷ Ga-Zn
(cm ³)			(%)
2,0	99,5 ± 0,1	79,0 ± 0,9	78,8±0,9
1,0	98,5 ± 0,5	82,6 ± 0,1	82,3 ± 0,4
0,5	98,5±0,2	83,4±0,6	83,1±2,0
0,28	98,6±0,4	85,0±2,0	84,6±1,6

Obs: Valores médios de seis experimentos.

Observa-se na tabela 5 que quando se fixou o diâmetro interno = 6,0 mm e variou-se o volume do leito em 2,0; 1,0; 0,5 e 0,28 cm³ os resultados dos rendimentos de separação para os diferentes volumes de resina não foram tão expressivos como se esperava, apesar da grande variação da altura de resina para cada um dos diferentes volumes fixados (h= 10,5 cm; 5,3 cm; 2,6 cm e 1,4 cm) respectivamente. Mesmo assim, obtiveram-se rendimentos de separação um pouco maior quando se usou o menor volume de leito de resina. Como o pH é um fator importante na adsorção e eluição de íons de metais inorgânicos complexados⁽⁵⁹⁾, supõe-se que os resultados até aqui obtidos sobre os rendimentos de separação estejam relacionados com o pH da solução eluente, que se manteve constante em todas as sequências experimentais.

Tabela 6. Comportamento do ⁶⁷Ga na resina SM-7 quando se fixou o volume de leito = 0,28 cm³. Diâmetro interno da coluna = 6,0 mm e variação da concentração da solução eluente de 0,5 M para 0,01 M em HCI.

•		⁶⁷ Ga	
Concentração HCI (M)	Retenção (%)	Eluição (%)	Separação ⁶⁷ Ga-Zn (%)
0,01	98,4 ± 0,6	95,1 ± 2,3	92,9 ± 2,5

Obs: Média de seis experimentos.

Evidencia-se pela tabela 6 que a otimização das condições de separação 67 Ga/Zn se deu quando se usou diâmetro interno da coluna = 6,0 mm, volume do leito de resina = 0,28 cm³ e concentração da solução eluente 0,01M em HCI. Aumentou-se portanto o pH do eluente, obtendo-se um rendimento de separação de (92,9 ± 2,5)%; resultado este concordante com aquele apresentado por Brit's e colaboradores⁽⁴⁸⁾.

V.6. Determinação do volume ideal para a lavagem das colunas

Uma vez estabelecidos os parâmetros ideais de separação do ⁶⁷Ga/Zn ítem V.5, tabela 6, determinou-se em seguida que o volume ideal para a lavagem das colunas, suficiente para eliminar quase que completamente o zinco presente, sem perdas de gálio, era de apenas 15,0 ml de solução 7M de HCI.

V.7. Determinação do volume útil de eluição de gálio

Analisando-se a curva de eluição apresentada na Fig.9, pode-se observar que apenas 7,0 ml de solução 0,01M de HCI são suficientes para eluir aproximadamente 100% da atividade de ⁶⁷Ga da resina SM-7, dentro dos parâmetros estabelecidos no ítemV.5 tabela 6.

-

V.8. Controle de qualidade do citrato de gálio

A pureza radioativa do gálio-67 obtido nesta pesquisa foi estudada por espectrometria de raios gama. Nos espectros de raios gama obtidos não se verificou qualquer outro pico além dos relativos ao gálio-67. (Fig. 10)

No controle radioquímico obteve-se que 99% do produto encontrava-se na forma química citrato de gálio e os resultados da análise da pureza química foram aproximadamente: 0,1 µg Fe/ml, 0,2 µg Zn/ml, 0,03 µg Cu/ml e Ni não detectado. Os resultados encontrados para o controle de qualidade mostram que estes estão dentro dos limites exigidos, de acordo com a literatura^(40,41,63,).



Figura 9. Curva de eluição do ⁶⁷Ga quando se usou o adsorvedor SM-7 nas condições experimentais estabelecidas. (Tabela 6)



Figura 10: Espectrometria γ do citrato de ⁶⁷Ga

.

Tabela 7. Comparação entre dois processos empregados para a separação ⁶⁷Ga-Zn. Valores quando se usaram a resina AG50W-X8 (IPEN-CNEN/SP) e o adsorvedor SM-7 (ambos da Bio Rad).

· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·	AG 50W-X8	SM-7
Massa de resina	3,4 g	0,3 g
Alvo de zinco	0,5 g	0,5 g
Solução carga	HCI conc. purificado	HCI 7M purificado
Solução de lavagem	50,0 ml HCI 10M	15,0 ml HCI 7M
Eluição	15,0 ml HCl 3,5M	7,0 ml HCl 0,01M
Pureza química do produto (citrato de gálio)	< 10 μg Fe/mł < 8,0 μg Zn/mł < 0,04 μg Cu/mł	< 0,1 μg Fe/ml < 0,2 μg Zn/ml < 0,03 μg Cu/ml
Rendimento se sep. ⁶⁷ Ga/Zn	83,0%	92,9%
CAPÍTULO VI

CONCLUSÕES

Do estudo cromatográfico realizado com as três resinas, conclui-se que a separação ⁶⁷Ga-Zn apresentou-se mais satisfatória quando se empregou o adsorvedor SM-7. Além do rendimento de separação ⁶⁷Ga-Zn ter sido muito bom $(92,9 \pm 2,5)$ %, trabalhou-se com pequenas quantidades de resina (volume de leito = 0,28 cm³) e pequenos volumes de solução de lavagem e de eluente (15,0 ml de solução 7M de HCI e 7,0 ml de solução 0,01 M de HCI, respectivamente), os quais foram suficientes para recuperar praticamente todo o ⁶⁷Ga. Além de se tratar de um processo econômico e rápido, é também importante do ponto de vista de conservação da cela de produção, porque faz-se uso de reagentes em concentrações menores, evitando-se assim a corrosão dos componentes da cela de produção. Quando se usa a resina AG50W-X8, Bio Rad, por exemplo, empregam-se concentrações altas de HCI (concentrado e 10M), o que provoca grande desgaste aos equipamentos e portanto havendo necessidade de reformas muito frequentes do interior da cela.

Considerando-se os resultados do controle de qualidade da solução de citrato de gálio obtida em nossos experimentos finais, (ítem V.8) conclui-se tratar de um produto puro química e radioquimicamente, para uso médico, uma vez que os valores encontrados estão dentro dos limites aceitáveis ou seja 10 µg Fe/mI e 20µg Zn/mI e aproximadamente 99% do produto apresentou-se na forma química citrato^(40,41,63) porém, para injeção em humanos há necessidade do controle de pirogênio e esterilidade. A tabela 7 ilustra as vantagens em se usar o adsorvedor SM-7 para separar o ⁶⁷Ga do Zn.

Os valores dos coeficientes de distribuição (Kd) obtidos confirmam a grande capacidade de retenção do Ga pelo adsorvedor e o estudo da estabilidade da resina SM-7, frente a doses de radiação γ de até 4,8 Gy, mostra a possibilidade

61

do uso do adsorvedor em produções rotineiras de ⁶⁷Ga, sem alterações em sua capacidade de adsorção.

.

•

- 1- STANG Jr. L. G. Production and preparation of short-lived radioisotopes. In: INTERNATIONAL ATOMIC ENERGY AGENCY. Production and use of short-lived radioisotopes from reactors: proceedings of a seminars on...held in Vienna, 5-9 november, 1962. V.1, p. 5-7.
- 2- DEULOFEU, V. & MARENZI, A. D. Nocions fundamentales de química general. In: DEULOFEU, V. & MARENZI, A. D. Química biológica. Buenos Aires, El Ateneo, 1967. P. 5-8.
- 3- EDWARDS, C. L. & HAYES, R. L. Tumor scanning with ⁶⁷Ga citrate. J. Nucl. Med., 10: 103, 1969.
- 4- HARVEY, B. G. Reações Nucleares-fissão. In: HARVEY, B. G. Química Nuclear. São Paulo, Bluecher, 1969. p. 77-96.
- 5- HARVEY, B. G. Aceleradores de partículas e reatores nucleares. In: HARVEY, B. G. Química Nuclear. São Paulo, Bluecher, 1969. p.118-28.
- 6- KRASNOV, N. N. ; DMITRIYEV, P. P. ; KONSTANTINOV, I. O. ; KONJAKIN, N. A. ; PONOMAREV, A. A. ; OGNEV, A. A. ; ROMANCHENKO, A. E. ; TUYEV, V. M. Proc Conf. on the Uses of cuclotrons in chemistry, metallurgy and Biology, Oxford, 1969. (Ed. Amphlett C. B.) p. 159 (Butterworths, London, 1970).
- 7- DAHL, J. R. & TILBURY, R. S. The use of a compact, multi-particle cyclotron for the production of ⁵²Fe, ⁶⁷Ga, ¹¹¹In and 123I for medical purposes. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 23: 431-37, 1972.
- 8- HELUS, F. & MAIER-BORST, W. A comparative investigation of methods used to produce ⁶⁷Ga with a cyclotron. Int. Nucl. Med., 29: 317-24, 1973.

- 9- SILVA, C. P. G. *Produção de iôdo-131, em reatores de pesquisa, a partir de telúrio elementar.* São Paulo, 1976. (Dissertação de mestrado, Instituto de Pesquisas Energéticas e Nucleares).
- 10- BRUNER, H. D.; HAYES, R. L.; PERKINSON Jr, J. D. P. Preliminary date on gallium-67. In: RAYMOND, H. L. The medical use of gallium radionuclides: A brief history with some comments. Semin. Nucl. Med., 8(3): 183-91, 1978.
- 11- WELCH, H. J. & WAGNER, S. J. Preparation of positron emitting radiopharmaceuticals. In: LAWRENCE. J. H. & BUDLINGER, T. F. Recent advances in nuclear medicine. New York: Grune & Stration., 5: 51-69, 1978.
- 12- TSAN, M. F. & CHEN, Y. W. Studies on gallium accumulation in inflamatory lesions: I gallium uptake by human polymorpho-nuclear leukocytes. J. Nucl. Med., 19: 36-43, 1978.
- 13- LAMBRECHT, R. M. Radionuclide generators. Radiochim. Acta, 34: 9-24,1983.
- 14- YUCHIRO, N.; MIEKO, V.; NAKAHARA, H.; MURAKAMI, Y. Production of ⁶⁷Ga by alpha bombardment of natural zinc. Int. J. Appl. Rad. Isot., 29: 615-19, 1978.
- 15- RAYMOND, H. L. The medical use of gallium radionuclides: A brief history with some comments. Semin. Nucl. Med., 8(3): 183-91, 1978.
- 16- SANKARA, R. ; VALLABHAJOSULA, J. F. ; HARWIG, J. K. ; WOLF, W. Radiogallium localization in tumors: blood binding and transport and the role of transferrin. J. Nucl. Med. , 21: 650-56, 1980.
- 17- SHAFER, R. B. ; MARLETTE, J. M. ; BROWNE, A. G. ; ELSON, K. M. The role of Tc-99m phosfate complexes and gallium-67 in the diagnosis and

1

P IFEG

management of maxillofacial disease: concise communication. J. Nucl. Med. , 22: 8-11, 1981.

- 18- NEWTON, G. W. A. Radiochemistry. The Chem. Soc., 3:73, 1976 apud OSSO Jr, J. A. Produção de ¹¹¹In para diagnóstico em medicina nuclear. Rio de Janeiro, 1982. (Dissertação de mestrado, Coordenação dos Programas de Pós-graduação, Univ. Federal do Rio de Janeiro.
- 19- THAKUR, M: L. *The radioactive compounds of gallium and indium*. In: RAYUDU, G. V. S. Radiotracers for medical applications. Boca Raton, Flórida, CRC, 1983. v.1, p. 187-98.
- 20- HARTMAN, R. E. & HAYES, R. L. The binding of gallium by blood serum. J. Pharm. Exp. Ther., 168, 193, 1969 apud RAYUDU, G. V. S., ed. Radiotracers for medical applications. Boca Raton, Flórida, CRC Press, 1983. v.1
- 21- GREENE, M. W. & TUCHER, W. D. An improved gallium-68 cow. Int. J. Appl. Radiat., 12: 62, 1961, apud RAYUDU, G. V. S., ed. *Radiotracers for medical applications*. Boca Raton, Flórida, CRC Press, 1983. v.1.
- 22- HELUS, F. *Radionuclides production.* Boca Raton, Flórida, CRC Press, 1983. v.2, p. 3-18.
- 23- LITTLE, F. E. & LAGUNAS-SOLAR, M. C. Cyclotron production of ⁶⁷Ga. Cross sectins and thick-target yields for the ⁶⁷Zn(p,n) and ⁶⁸Zn(p,2n) reactins. Int. J. Appl. Radiat. Isot. 34(3): 631-7,1983.
- 24- LAGUNA- SOLAR, M. C. Cyclotron production of no carrier-added medical radionuclides: IEEE Transactions on Nuclear Sciense, v. NS.30, n 2 april 1983 p. 1805-7.
- 25- HELUS, F. & WOLBER, G. Radionuclides production. Boca Raton, CRC, 1983. v.1, p. 1-8.

- 26- BLESSING. G. & QAIM, S. M. An improved internal Cu₃As-alloy cyclotron target for the production of ⁷⁵Br and ⁷⁷Br and separation of the by product ⁶⁷Ga from the matrix activity. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 35(10): 927-31, 1984.
- 27- TSAN, M. F. & SCHEFFEL, U. Mechanism of gallium-67 accumulation in tumors. J. Nucl. Med., 27: 1215-19, 1986.
- 28- BRUNETTI, A.; BLASBERG, R. G.; FINN, R. D.; LARSON, M. S. Galliumtransferrin as a macromolecular tracer of vascular permeability. Nucl. Med. Biol., 15(6): 665-72, 1988.
- 29- LUCKI, G. ; ZANCHETA, A. A. ; GOUVEIA, S. ; KLEIN, H. Isochronous variable energy cyclotron of IPEN-CNEN/SP - Installations, uses and perspectives. In: ACADEMIA DE CIÊNCIAS DO ESTADO DE SÃO PAULO. Science and technology: proceedings of the 4th Japan-Brazil symposium on..... held in Rio de Janeiro e São Paulo, 6-10 August, 1984, v.4: application of radiation and radioisotopes. São Paulo, 1984. p.146-53.
- 30- OHKUBO, Y.; SAWAMURA, H.; KATON, S.; SASAYAMA, A.; ABE, K.; KOHNO, h. Studies on ⁶⁷Ga uptake by mouse granuloma tissues. Nucl. Med. Biol., 18(2): 205-08, 1991.
- 31- BALLINGER, R. J. & BOXEN, I. Gallium-67 labelled red blood cells as a blood-pool marker for a dual-isitope imaging. Nucl. Med. Biol., 19(1): 79-81, 1992.
- 32- ZHANG, Z.; LYSTER, M. D.; WEBB, A. G.; ORVIG, C. Potencial ⁶⁷Ga radiopharmaceuticals for myocardial imaging: tris (1-aryl 3-hidroxy 2-methil 4-pyridininato) gallium(III) complexes. Nucl. Med. Biol., 19(3): 327-35, 1992.
- 33- SOUTHE, E. A.; KAPLAN, W. D.; JOCHELSON, M. S.; GONIN, R. Gallium imaging in metastic and recurrent soft-tissue sarcoma. J. Nucl. Med., 33(9): 1594-99, 1992.

- 34- PALESTRO, J. C.; SCHUTZ, B.; HOROWITZ, M.; SWYER, A. J. Indium-111- leukocyte and gallium-67 imaging in acute sarcoidosis: report of two patients. J. Nucl. Med., 33: 2027-29, 1992
- 35- MOCHIZUKI, T.; ICHIJO, K.; TAKEHARA, Y.; NAKAMURA, M. *Gallium-67 citrate scanning in patients with sarcoid uveits.* J. Nucl. Med., 33: 1851-53, 1992.
- 36- RYSER, E. J.; JONES, R. L. M.; PELEGRIN, A.; OFFORD, R. E. Colon carcinoma immunoscintigraphy by manoclonal anti-cea antibody labelled with gallium-67- aminooxyacetyldeferroxamine. J. Nucl. Med., 33(10): 1766-73, 1992.
- 37- GRUVERMAN, I. J. & KRUGER, P. Cyclotron produced carrier-free radioisotopes. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 5: 21-31, 1959.
- 38- HUPF, B. H. & BEAVER, J. E. Cyclotron production of carrier-free gallium-67. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 21: 75-9, 1970.
- 39- SILVESTER, D. J.; THAKUR, M. L. Cyclotron production of carrier-free gallium-67. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 21: 630-1, 1970.
- 40- BROWN, L. C. Chemical processing of cyclotron produced ⁶⁷Ga. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 22: 710-13, 1971.
- 41- NEIRINCKX, R. D. & MERWE, M. J. *Production of iron-free and carrier-free gallium-67.* Radiochem. Radioanal. Lett., 7(1): 31-35, 1971.
- 42- BROWN, C. L. High-yield zinc-68 cyclotron targets for carrier free gallium-67 production. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 24: 651-55, 1973.

- 43- BRODSKAYA, A. G.; GUREEV, E. S.; USACHENKO, V. S.; URAZAEVA, N.; ZOLOTOV, Y. A. Radiochemical separation of zinc and gallium. J. Sov. Radiochem., 1974.
- 44- VLATKOVIC, M.; PAIC, G.; KAUCIC, S.; VEKIC, B. *Production of* ⁶⁷*Ga by deuteron irradiation of zinc*. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 25: 377-9, 1975.
- 45- KOPECKY, P. & MUDROVÁ, B. Chemical processing of cyclotron produced gallium-67 on alumina columns. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 26: 323-8, 1975
- 46- NAGAME, Y.; UNNO, N.; NAKAHARA, H.; MURAKAMI, Y. Production of ⁶⁷Ga by alpha bombardment of natural zinc. Int. J. Appl. Radiat. Isot., 29: 615-9, 1978.
- 47- GRYCHOWSKI, P.; KOPTA, S.; MIKULSK1, J.; ACHAB, E.; PETRYNA, T. A rapid method for the saparation of carrier-free gallium-67 from the zinc target. Radiochem. Radioanal. Letters., 39(2): 151-56, 1979.
- 48- BRIT'S, N. J. R. & STRELOW, E. W. F. ⁶⁷Ga/Zn separation with an organic adsorvent. Appl. Radiat. Isot., 41(6): 575-8, 1980.
- 49- WEINREICH, R.; CHAMA, F. S. D.; FERNANDES, L.; BRAGHIROLLI, M. S. A. Extration chromatography in isotope production: aplication in the production of ⁶⁷Ga and ²⁰¹Tl. J. Labelled. Compd. Radiopharm., 19(11-12): 1423-5, 1982.
- 50- FERNANDES, L. ; SILVA, C. P. G. ; BARBOSA, M. F. Preparação de ⁶⁷Ga, livre de carregador, por irradiação de zinco natural com prótons. São Paulo, Instituto de Pesquisas Energéticas e Nucleares., fev. 1983. (Publicação IPEN-54).

51- PARADELLIS, T.; VOURVOPOULOS, G.; PALEODIMOPOULOS, E. The production of gallium-67 with tandem accelerator. J. Radioanal. Nucl. Chem. Articles., 84(2): 263-7, 1984.

"ri"

52- BATTAGLIN, R. I. M. ; LIMA, P. V. L. A. ; WANG, L. W. ; MENGATTI, J. ; SILVA, C. P. G. ; ACHANDO, S. S. Estudos da produção de radioisótopos em cíclotron: preparação de ⁶⁷Ga. In: ASSOCIAÇÃO BRASILEIRA DE ENERGIA NUCLEAR. Energia Nuclear: anais do 1º congresso geral de energia nuclear realizado no Rio de Janeiro, março, 1986. Rio de Janeiro, 1986. v.2, p. 127.

.

- 53- RAZBASH, A. A. ; SEVASTYANOV, G. Y. Separation of radionuclides from cyclotron targets using phosphonic acid cation exchanger. In: Targetry workshop on....held in Villigen (SWITZERLAND), 9 -12. September, 1991.
 3- EDWARDS, C. L. & HAYES, R. L. Tumor scanning with ⁶⁷Ga citrate. J. Nucl. Med., 10: 103, 1969.
- 54- TSWETT, M. S. Início da cromatografia moderna. In: OHLWEILER, A. O. *Química Analítica Quantitativa.* 2 ed. Rio de Janeiro, Livros Técnicos e Científicos, 1976. V.1, p.294.
- 55- CIOLA, R. Introdução a cromatografia. In: CIOLA, R. Fundamentos da Cromatografia a gás. São Paulo, Edgar Bluecher, 1985. p. 1-15
- 56- AIKEN, G. R.; THURMAN, E. M.; MALCOLM, R. L. Comparasion of XAD macroporous resins for the concentration of fulvic acid from aqueous solution. Anal. Chem., 51(11): 1799-803, 1979.
- 57- CORSINI, A.; CHIANG, S.; DIFRUSCIA, R. Direct preconcentration of trace elements in aqueous solutions on macroreticular acrylic ester resin. Anal. Chem., 54: 1433-5, 1982.
- 58- WANG, C. C.; CHIANG, S.; CORSINI, A. Two-column method for preconcentration of trace metals in natural waters on acrylate resin. Anal. Chem., 57: 719-23, 1985.
- 59- PLETRZYK, D. J. & CHU, C. H. Amberlite XAD copolymers in reversed phase gravity flow and high pressure liquid chromatography. Anal. Chem., 49(6): 757-64, 1977.

- 60- BIO RAD. Bio beads SM hidrofobic and polar interaction adsorbents. Instruction Manual. Rchmond.
- 61- OHLWEILER, A. O. Processo de separação. In: OHLWEILER, A. O. *Química Analítica Quantitativa*. 2 ed. Rio de Janeiro, Livros Técnicos e Científicos, 1976. V.1, p.293-5.
- 62- ABRÃO, A. *Operações de troca iônica*. São Paulo, Instituto de Energia Atômica, 1972. (Apostila da disciplina QFL-754, do curso de Pós graduação do Instituto de Química da USP).
- 63- ACHANDO, S. S.; OSSO Jr, J.; PEREIRA, N. P. S. *Radiochemical quality control of* ⁶⁷*Ga-citrate radiopharmaceuticals*. J. Radioanal. Nucl. Chem. , Lett. 166(3): 181-6, 1992.