

объединенный NHCTNTYT ядерных исследований дубна

5126/2

P13-81-541

19/2-81

Ю.С.Анисимов, Ю.В.Заневский, А.Б.Иванов, К.Д.Калантаров, Б.К.Курятников, Е.А.Матюшевский, С.А.Мовчан, З.Нетушилова, С.А.Рожнятовская, В.Д.Пешехонов, С.П.Черненко, Г.А.Черемухина

РАЗРАБОТКА ГАММА-КАМЕРЫ НА ОСНОВЕ МНОГОПРОВОЛОЧНОГО ПРОПОРЦИОНАЛЬНОГО ДЕТЕКТОРА

Направлено на 4 Совещание по использованию новых ядерно-физических методов для решения научно-технических и народнохозяйственных задач /Дубна, сентябрь 1981/ и на 11 Ежегодную конференцию молодых ученых ИЯИ АН УССР /Киев, октябрь, 1981/



введение

Методы радиоизотопной диагностики нашли широкое применение в ядерной медицине, главным образом благодаря весьма интенсивным и успешным разработкам ангеровских сцинтилляционных гамма-камер. Детектором такой гамма-камеры является кристалл NaJ(Tl) толщиной 1÷2 см, просматриваемый фотоумножителями. На рис.1 показано количество используемых обычно фотоумножителей для кристаллов различного диаметра /1./. Следует отметить. эффективно используется ~80% площади кристалла /поле зрения гамма-камеры/. Детекторы достаточно эффективны во всем используемом в ядерной медицине диапазоне энергий гамма-квантов, вплоть до 511 кэВ /поэитронные установки//2/. Однако чувствительность их к неоднородностям малых размеров в исследуемом объекте недостаточно высока. На рис.2 приведена заимствованная из работы /3/ зависимость величины собственного пространственного разрешения детектора для гамма-квантов различной энергии. Коммерческая стоимость гамма-камер составляет ориентировочно 100÷200 тыс. долларов /4/.

В последние годы достаточно интенсивно проводятся попытки использования многопроволочных пропорциональных камер для создания более дешевых гамма-камер ^{/5-7/} с высоким пространственным разрешением. В настоящей статье рассказывается о разрабатываемой гамма-камере на основе газового многопроволочного детектора повышенного давления.



ДЕТЕКТОР

Детектором создаваемой гамма-камеры является многопроволочная пропорциональная камера с дрейфовыми промежутками, помещенная в герметичном боксе Б⁷⁸⁷. Схематическое изображение детектора дано на рис.3.

Катодные электроды К, расстояние между которыми 8 мм, намотаны ортогонально проволокой с шагом 1 мм. Проволоки объединены в группы по 4, каждая группа непосредственно соединяется с линией задержки /ЛЗ/. Шаг намотки анодной плоскости А – 2 мм, общая шына объединяет все проволоки электрода и служит для съема анодного сигнала. Чувствительная площадь камеры 290х290 мм². Электроды В и С, формирующие внешние дрейфовые промежутки, удалены на расстояние 34 мм от соответствующих катодов. Бокс обеспечивает возможность работы детектора при избыточном давлении газового наполнения до 10 атм.

Гамма-кванты, выходящие из объекта, попадают в чувствительный объем детектора через входное окно 0 из стали толщиной 0,1 мм. Для обеспечения механической прочности используется стальной фланец Ф, являющийся одновременно коллиматором. Для обеспечения требуемого уровня коллимации к фланцу Ф добавляются внешние свинцовые коллиматоры, выполненные совместно с Ф. Дополнительные коллиматоры на <u>рис.3</u> не показаны. Коллиматоры имеют гексагональную структуру, отверстия диаметром 2 мм расположены с шагом 2,5 мм.

Детектор заполняется газовой смесью Xe/90%/ и СН₄/10%/. Прошедший через коллиматор поток гамма-квантов ослабляется



входной фольгой 0 и слоем газа, толщиной 3 мм, расположенным между 0 и электродом В. На <u>рис.4</u> показана рассчитанная эффективность фотоэлектрического поглощения ксеноном исходящих из объекта гамма-квантов различной энергии /эффективность детектора/ в зависимости от величины избыточного давления газа Р. Влияние коллиматора при этом не учитывалось.

ЭЛЕКТРОННАЯ АППАРАТУРА

Функциональная схема электронной аппаратуры гамма-камеры приведена на рис.5^{79-11/}.Координаты X и Y точки конверсии гаммаквантов на атомах ксенона определяются путем измерения временных интервалов между сигналами, снимаемыми с двух концов соответствующей ЛЗ. Сигналы с пропорциональной камеры поступают на малошумящие линейные усилители. Катодные сигналы поступают далее на дискриминаторы-формирователи Ф. Анодный сигнал проходит через дифференциальный дискриминатор, используемый с целью улучшения контрастности изображения. Сформированные катодные сигналы, передние фронты которых "привязаны" к вершинам первичных сигналов, после прохождения блока задержки З поступают в быстрый временной блок отбора. События. прошедшие критерии отбора по каждому из 5 сигнальных трактов, поступают на время-цифровые преобразователи ВЦП. Тактовый генератор ТГ задает кодирующую частоту 125 МГц. Координаты X и Y событий из ВЦП передаются в ЭВМ.



Временное разрешение системы, определяемое величиной погонной задержки ЛЗ, составляет 0,5 мкс. Быстродействие установки ~2·10⁵ 1/с. Информация о распределении радиоизотопа в исследуемом органе представляется на цветном или черно-белом ТВмониторе.

ХАРАКТЕРИСТИКИ ДЕТЕКТОРА

При исследовании характеристик детектора применялись радиоактивные источники ²⁴¹ Am и ¹⁰⁹ Cd. В чувствительный объем проходили гамма-кванты с энергией 59,5 и 87,7 кэВ соответственно. Величина избыточного давления газа в детекторе была около 5 атм. Исследования показали, что детектор обладает высоким собственным пространственным разрешением, хорошей линейностью по обеим координатам и достаточно высокой однородностью по площади. На рис.6 показана величина полной ширины на полувысоте пространственного распределения, полученного от точечного источника, в зависимости от значения анодного напряжения пропорциональной камеры. Видно, что собственное пространственное разрешение детектора лучше 1,8 мм. Контрастное отношение детектора определялось с помощью набора бар-фантомов различного периода. На рис.7 показано пространственное распределение интенсивности счета по одной из координат детектора, полученное при равномерном облучении бар-фантома с периодом 14 мм. Изображение бар-фантома с периодами решеток 8, 10, 12 и 16 мм, полученное с помощью детектора и представленное на ТВ-мониторе, показано на рис.8. На рис.9 приведено контрастное отношение в зависимости от величины, обратной периоду бар-фантомов, полученное с помощью источников 241 Ат и ¹⁰⁹Cd - кривая 1.







Рис.8



Гамма-кванты, прошедшие в объем детектора, конвертируют в точке 1 /<u>рис.3</u>/, образуя фотоэлектроны и флуоресцентный квант. Длина свободного пробега флуоресцентного кванта составляет 20,7 см при нормальных условиях. Флуоресцентный квант может в свою очередь образовать фотоэлектроны в точке 2 чувствительного объема детектора. Введение отбора событий по энергии в случае использования источника ¹⁰⁹Cd, с целью исключения событий, отвечающих точке 2, при-

водит к улучшению величины контрастного отношения примерно в 1,5 раза - кривая 2 на <u>рис.9</u>. На <u>рис.10</u> показано видеоизображение свинцового коллиматора, установленного на детекторе и облучаемого удаленным точечным источником ²⁴¹Ат. Диаметр отверстий коллиматора 3 мм при шаге 4 мм.



Рис.10

ЗАКЛЮЧЕНИЕ

Разрабатываемая гамма-камера с проволочной пропорциональной камерой в качестве детектора может работать в диапазоне энергий гамма-излучения 50-100 кзВ, обеспечивая существенно лучшее пространственное разрешение, чем сцинтилляционная гамма-камера.

Основные параметры детектора следующие:

- чувствительная площадь
- эффективность
- собственная величина пространственного разрешения

- быстродействие гамма-камеры

Детектор и регистрирующая электронная аппаратура проще и дешевле в сравнении со сцинтилляционной гамма-камерой, обладающей тем же полем зрения. Изменений в параметрах детектора, заполненного газовой смесью, не было замечено в течение 3 мес. исследования.

Предполагаемая область применения:

- исследования почек, вентиляции и кровоснабжения легких, мозгового кровотока с помощью радиоактивных препаратов, таких, как неогидрин -ртуть-197, ксенон-133 и другие.

- 280х280 мм²; - около 50%;
- 2 мм;
- около 2.10⁵ 1/с.

Авторы благодарят члена-корреспондента АН СССР А.М.Балдина за внимание и интерес к работе; Л.Г.Макарова и А.А.Кузнецова за поддержку работы. Авторы благодарны также за помощь в работе М.Н.Михайловой, Ю.Г.Федулову, В.А.Белякову, Н.П.Волкову, А.Е.Московскому.

ЛИТЕРАТУРА

- Cooke L. et al. In: Medical Radioisotope Scintigraphy, 1972. Vienna, 1973, vol.1, p.181.
- Eriksson L. et al. IEEE Trans. on Nucl.Sci., 1980, vol. NS-27, No.1, p.435.
- Tanaka E. et al. In: Medical Radioisotope Scintigraphy, 1972, Vienna, 1973, vol.1, p.169.
- 4. Charpak G. Nucl.Instr. and Meth., 1978, 156, p.1.
- Bateman J.E. et al. Nucl.Instr. and Meth., 1980, 173, p.525.
- 6. Jeavons A.P. et al. Nucl.Instr. and Meth., 1980, 176, p.89.
- Lazewatsky J. et al. IEEE Trans. Nucl.Sci., 1980, vol. NS-27, No.1, p.519.
- 8. Заневский Ю.В. и др. ОИЯИ, Р13-81-298, Дубна, 1981.
- 9. Анисимов Ю.С. и др. ОИЯИ, Р13-11872, Дубна, 1978.
- 10. Анисимов Ю.С. и др. ОИЯИ, 13-80-414, Дубна, 1980.
- 11. Анисимов Ю.С. и др. ОИЯИ, 18-80-569, Дубна, 1980.