

ЗАСТОСУВАННЯ СУМІШЕЙ РАДІОАКТИВНИХ ІЗОТОПІВ У ФІЗІОЛОГІЧНИХ ДОСЛІДЖЕННЯХ ДЕЯКИХ ОРГАНІВ

Б. Р. Киричинський, А. Ф. Срібна

Рентгено-радіологічний та онкологічний інститут, Київ

Застосування суміші радіоактивних препаратів дозволяє підвищити ефективність та інформативність радіоізотопних методів дослідження, дає можливість спостерігати динаміку, взаємозв'язок і взаємозумовленість процесів, що одночасно здійснюються в досліджуваному органі, провадити одночасне вивчення і порівняння різних показників, які характеризують його функціональну діяльність.

Оскільки використання суміші ізотопів пов'язане з одночасним вимірюванням випромінення різних ізотопів та необхідністю їх розділу в процесі вимірювань, зручно застосовувати методи гамма-спектрометрії, що дозволяють диференціювати реестровані випромінення за енергіями гамма-квантів.

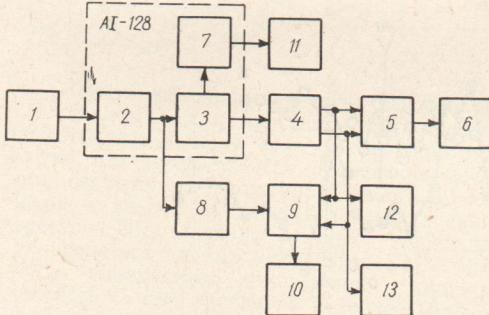


Рис. 1. Блок-схема установки для проведення дослідження з сумішами ізотопів.
1 — сцинтиляційний датчик, 2 — підсилювач, 3 — блок амплітудного перетворення, 4 — блок вибору груп каналів, 5 — блок відношень, 6 — самопищучий прилад, 7 — блок пам'яті і блок обробки інформації, 8 — інтегральний дискримінатор, 9 — блок інтенсиметрів, 10 — трьохканальний самопищучий прилад Н320-3, 11 — цифродрукувальний пристрій, 12, 13 — перерахунковий пристрой.

Дослідження провадилися на установці, зібраній за такою блок-схемою (рис. 1). Інформація про сумарний спектр двох радіоактивних ізотопів з досліджуваного органа надходить на вход детектора (спектрометричний сцинтиляційний кристал NaI(Tl) 40×40 мм [1]), посилюється [2], обробляється з допомогою блока амплітудного перетворення [3] і подається в блок пам'яті аналізатора [7] та блок вибору груп каналів [4], який дозволяє обирати інформацію про будь-які дві ділянки спектра, що відповідають фотопікам застосованих радіоактивних препаратів.

Інтенсивність випромінення в обраних ділянках спектра, а також сумарна інтенсивність випромінення двох ізотопів реєструється з допомогою блоків інтенсиметрів [9] на стрійці трьохканального самописця [10] і перерахунковими пристроями [12, 13].

Водночас спектр гамма-випромінення ізотопів можна візуально спостерігати на дискретній формі на паперовій стрійці цифродрукувального приладу [11].

Суміші ізотопів були використані нами для вивчення функціонального стану печінки, нирок і селезінки.

Вибір пари ізотопів визначався як біологічними факторами (тропність до одного органа, відображення різних аспектів функціональної діяльності органа тощо), так і рядом фізичних факторів (співвідношення енергій з урахуванням розрізнювальної здатності детектора, відношення активностей вимірювальних ізотопів, вибір оптимальних умов вимірювань тощо).

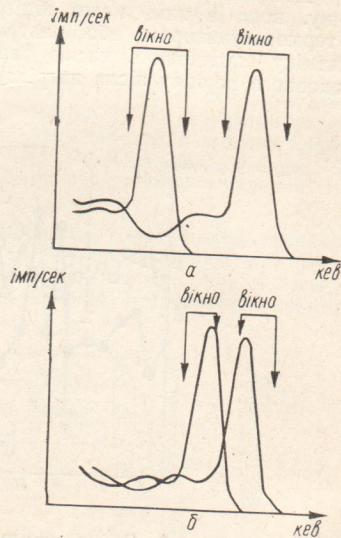


Рис. 2. Схема нарізного вимірювання суміші радіоактивних ізотопів.

a — при фотопіках, що не перекриваються,
b — перекриваються.

При реєстрації випромінень від суміші радіоактивних ізотопів з допомогою багатоканального амплітудного аналізатора можна обрати співвідношення між ефективністю підрахунку і фоном лічильника шляхом зміни положення і ширини вікон аналізатора. У тому випадку, коли розподіл амплітуд імпульсів випромінення двох ізотопів такий, що їх фотопіки не перекриваються (рис. 2, а), встановлюються такі вікна аналізатора, при яких вирізається вся площа фотопіків. Така установка має відносно високу ефективність підрахунку при малому фоні. Якщо пара ізотопів має близькі значення енергій гамма-квантів, і їх піки в диференціальному спектрі частково перекриваються (рис. 2, б), виникає необхідність максимального їх розподілу по енергіях, що досягається оптимальним вибором вікон амплітудного аналізатора [4]. Такий вибір здійснюється експериментально із застосуванням двох чистих випромінінь.

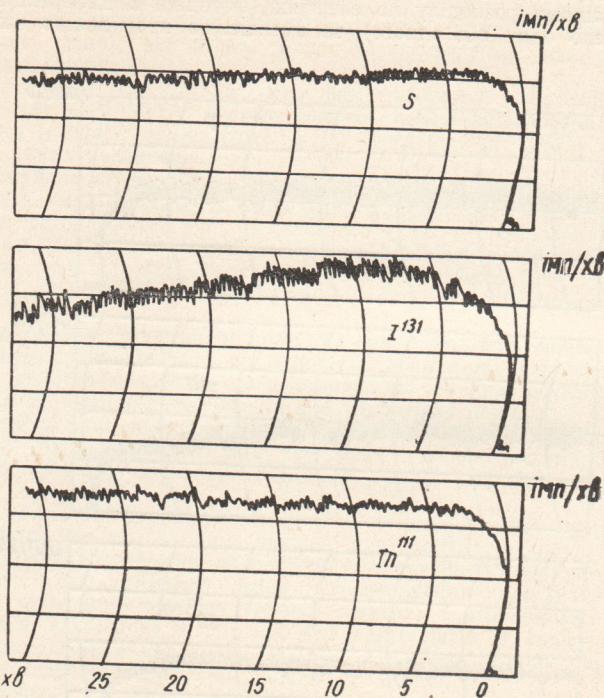


Рис. 3. Криві радіоактивності печінки у здорових кроликів.

In¹¹¹ — нагромадження колоїдного розчину індію в печінці;
I¹³¹ — нагромадження бенгалської рози в печінці; S — сумарна активність в області печінки.

нюючів, які є складовими частинами суміші, шляхом визначення мінімального внеску кожного з ізотопів у протилежний канал реєстрації за методом Чемберса [9] при послідовній зміні ширини і положення вікон аналізатора з урахуванням впливу товщини тканини. Analogічно обирається оптимальне співвідношення активностей компонентів досліджуваної суміші ізотопів.

Методика експерименту полягала в тому, що заздалегідь здійснювали калібрування пристроя (встановлювали високу напругу на датчуку, яка дорівнює U = 1500 в, перевіряли розташування енергетичного фотопіка еталонного джерела Cs¹³⁷ (0,661 мез) у заздалегідь визначеному каналі, встановлювали нулі самописців і перерахункових пристроя). Виставляли оптимальні для даної пари ізотопів групи каналів. Виготовляли суміш радіоактивних ізотопів. Потім колімований сцинтиляційний датчик вміщували над досліджуваним органом. Тварині внутрішньо вводили суміш ізотопів і водночас здійснювали запис кривих зміни активності на трьохканальному самописці Н320-3. При цьому одна крива характеризувала зміну в часі активності одного компонента суміші, друга — другого компонента, третя відбивала динаміку сумарного рівня активності над досліджуваним органом.

Широко застосовані методи радіоактивного дослідження функції печінки полягають у нарізному визначені стану полігональних клітин з допомогою бенгалської рози, міченої I¹³¹, і стану ретикуло-ендотеліальних клітин печінки з допомогою колоїдного розчину Au¹⁹⁸.

Нами проведено одночасне дослідження функціонального стану полігональних і ретикуло-ендотеліальних клітин печінки з допомогою різних сумішів радіоізотопів.

Застосування суміші бенгальської рози, міченого I^{131} , з колоїдним розчином золота Au^{198} в наших експериментах показало, що внаслідок близьких енергій цих випромінювачів ($I^{131} = 0,36$ мев, $Au = 0,41$ мев) до результатів вимірювань вно-випадку значна похибка за рахунок взаємного внеску кожного з них у каналі реестрації.

Проте, останнім часом з'явилися колоїдні препарати з більш низькими значеннями енергій гамма-квантів — колоїд індію In^{111} (0,17 і 0,24 мев) і колоїд технецею Tc^{99M} (0,14 мев) та з такою ж, як у колоїдного золота Au^{198} переважною локалізацією в ретикуло-ендотелії печінки. Застосування цих колоїдів разом з бенгальською розою, мічену I^{131} , для одночасного дослідження обох функцій печінки значно зручніше завдяки кращому розподілу по енергіях (фотопіки в диференціальному спектрі розташовані далеко один від одного) та зменшенню променевого навантаження на орган (рис. 2, а).

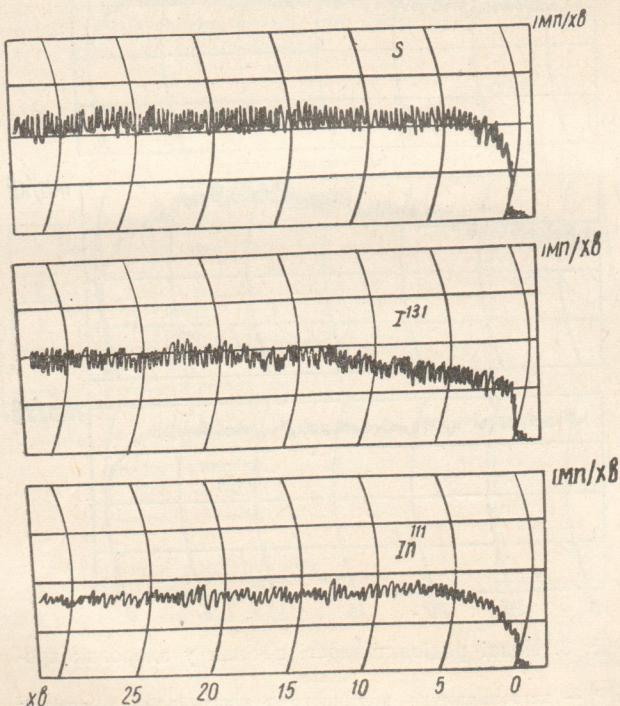


Рис. 4. Криві радіоактивності печінки у кроликів при гострому гепатиті.

Умовні позначення див. рис. 3.

У вигляді ілюстрації наводимо криві радіоактивності печінки у здорових кроликів (рис. 3) та у кроликів з гострим гепатитом (рис. 4) при одночасному дослідженні з бенгальською розою, мічену I^{131} , і колоїдним розчином In^{111} .

Результати проведених нами експериментів, а також аналіз даних, здійснений за загальноприйнятими критеріями [3], показали можливість використання суміші ізотопів $I^{131} + Au^{198}$, $Tc^{99M} + I^{131}$, $In^{111} + I^{131}$ для одночасного вивчення функціонального стану полігональних і ретикуло-ендотеліальних клітин печінки.

Для одночасного дослідження канальцевої секреції і клубочкової фільтрації нирок за кліренсом крові ми користувались різними сумішами ізотопів.

Відомо, що радіоіндикаторні «кліренс»-методи за точністю одержуваної інформації не поступаються біохімічним дослідженням (кліренс креатиніну, інуліну тощо), а за простотою переважають їх [5, 6]. Визначення кліренсу I^{131} -гіпурану має велике значення як самостійний кількісний показник сумарної секреторної функції ниркових канальців [1, 13].

В останні роки поряд з I^{131} -гіпураном, який вибірково секретується нирковими канальцями, з'явилися мічені сполуки (I^{131} -тріомбрин, Cr^{51} -ЕДТА, Yb^{169} -ДПТА), які виводяться з організму тільки через клубочки [5, 7, 8].

Наявність препаратів, міченіх радіоактивними ізотопами з різною енергією

гамма-квантів, дозволяє одночасно вивчати секреторну функцію ниркових каналець і клубочкову фільтрацію, окрім оцінювати кожний процес і доповнити наші уявлення про функцію цього органа.

Дослідження проводили з використанням таких суміші ізотопів: I^{131} -гіпуран (0,36 мев) + Cr^{51} -ЕДТА (0,32 мев) і I^{131} -гіпуран + Yb^{169} -ДПТА (складний спектр з максимальним виходом гамма-квантів 0,063 мев).

Колімований датчик центрували на область серця. Реєстрацію змін активності у тварини здійснювали з моменту введення суміші ізотопів протягом 30 хв шляхом автоматичного запису на трьохканальному самописці. При цьому одна крива відбивала зміну активності I^{131} -гіпурану, друга — Cr^{51} -ЕДТА (або Yb^{169} -ДПТА), третя — зміну рівня сумарної активності над областю серця.

Обробка одержаних кривих за загальноприйнятою методикою [5] дозволяє одержати показники (хвилинний об'єм клубочкової фільтрації, хвилинний об'єм клубочкової фільтрації, хвилинний об'єм канальцевої секреції, період напіввиведення кожного з препаратів тощо), які досить точно характеризують різні аспекти функціональної діяльності нирок.

Оскільки препарат Yb^{169} -ДПТА має ряд фізичних властивостей, що дають йому перевагу над Cr^{51} -ЕДТА (менша енергія гамма-випромінення, більший вихід гамма-квантів на розпад), суміш ізотопів I^{131} -гіпуран + Yb^{169} -ДПТА є більш зручною для проведення таких досліджень.

Ми досліджували функціональний стан селезінки з використанням суміші радіоактивних ізотопів — еритроцитів, міченіх Cr^{51} , і колоїдного розчину Au^{198} .

Визначення фагоцитарної функції селезінки було запропоновано Франком з співавторами [10], які, беручи до уваги, що нагромадження еритроцитів є органоспецифічною функцією селезінки [11], внутрівенно вводили мічені Cr^{51} , термічно оброблені аутоеритроцити і за активністю проб крові судили про фагоцитарну функцію селезінки.

Відомо, що введе в організм колоїдне золото до 90% включається в печінку [2, 12]. Проте, при ураженнях печінки (цирозах, гепатитах) відзначається підвищене нагромадження колоїдного золота в селезінці, що можна розглядати як вікарну функцію ретикуло-ендотелію цього органа при ураженнях печінки.

З допомогою суміші двох ізотопів можна досліджувати органоспецифічну функцію селезінки за швидкістю елімінації нео уражених еритроцитів, міченіх Cr^{51} , та вікарну функцію ретикуло-ендотелію селезінки по рівню нагромадження колоїдного розчину Au^{198} .

Експериментальними дослідженнями встановлено, що без ураження селезінки та печінки селезінка активно елімінує уражені еритроцити і не нагромаджує колоїдне золото. При ураженнях селезінки патологічним процесом (лімфогрануломатоз) фагоцитоз еритроцитів різко знижений, зміни нагромадження колоїдного золота не відзначається. При ураженнях печінки (цироз, гепатит) і вторинному збільшенні селезінки реєструється зниження нагромадження еритроцитів у селезінці та виражене підвищення нагромадження колоїдного золота в ній, що характеризує вікарну функцію ретикуло-ендотелію селезінки при ураженнях печінки.

Слід відзначити, що метод дослідження функції селезінки з допомогою двох радіоактивних ізотопів може бути широко застосований в гематологічних і онкологічних експериментах.

Література

- Голигорський С. Д., Кацыф А. М., Краснопольський Л. В., Френкель В. Х.— Клін. медицина, 1968, 4, 82.
- Сахібов Я. И., Арипов А. Е.— Мед. радиология, 1967, 5, 32.
- Славнов В. Н.— В кн.: Радиоизотопная диагностика, К., 1968, 116.
- Спесивцева В. Г., Френкель В. Х., Мамаева Г. Г., Боканева И. А., Маркова Е. Г.— Сов. медицина, 1970, 9, 77.
- Срибнай А. Ф.— В кн.: XX Укр. респ. научно-техн. конф. НТО РЭС им. А. С. Попова, Тез. докл., К., 1970, 18.
- Фатеєва М. Н., Ефимов О. Н., Бойчаров Э. О.— В кн.: Матер. IX Всес. съезда рентг. и радиол., Тбілісі, 1970, 318.
- Френкель В. Х., Кацыф А. М.— Мед. радиология, 1970, 8, 30.
- Харатьян А. М., Кац П. С., Гулямов Т. К.— Мед. радиология, 1970, 8, 34.
- Chambers F.— Atompraxis, 1959, 5, 256.
- Frank W.— Radiobiologie, radiotherapie, Berlin, 1967, 3, 355.
- Fischer J.— Radionuclide in der klinischen und eksperimentellen onkologie, 1964, 10, 22.
- Kuba J., Charamza O., Wiederman M.— Csl. Rentgenol., 1963, 17, 328.
- Stokes J., Ter-Pogossian M., Louis St.— JAMA, 1964, 187, 20.