





Banc de caractérisation thermostaté de Systèmes de Photodétection pour l'imagerie biomédicale

Y. Charon, M.-A. Duval, C. Esnault, B. Janvier P. Lanièce, L. Ménard, L. Pinot, S. Spadola et M.-A. Verdier

Imagerie et Modélisation en Neurobiologie et Cancérologie, IN2P3-CNRS, 91405 Orsay, France

11 juin 2015



Introduction

Contexte

- Le développement de nouveau dispositifs d'imagerie biomédicale isotopique a nécessité la mise en place d'un banc de caractérisation des systèmes de photodétection.
- But
 - Caractérisation intrinsèque des photodétecteurs
 - Mesure de Scintillation

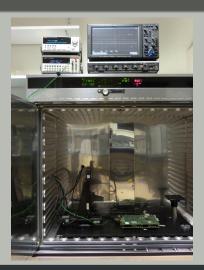


Matériel

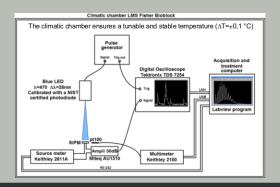
Banc de test

- 2 enceintes thermostatées entre -10 °C et 100 °C (0.1 °C) : Mermet,
 Binder
- Bras motorisé, déplacement micrométrique dans les 3 directions :
- Électronique de lecture monovoie:
 - Amplis Miteq
 - Oscilloscope Tektronix DPO7254, 2.5 GHz, 40 GS/s
- Électronique de lecture multivoie
 - SiPMs: ASIC EASIROC (Pôle Omega LAL), CITIROC (Weeroc)
 - MA-PMT : ASIC HARDROC (LAL)
- Contrôle (température, courant de fuite), acquisition et traitement des données automatisés sous labview
- Alimentations stabilisée Keithley 2611A

Matériel

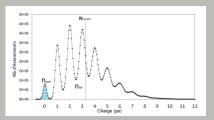


- Drivers + tête pulsée Picoquant : 430 nm, 70 ps
- LED Nichia NSPB310A, 470 nm
- Photodiode silicium calibrée (GENTEC-EO, PH51-Si-BNC)

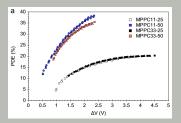


Efficacité de photodétection (PDE)

$$PDE = rac{n_{pe}}{n_{ph}} = rac{1}{n_{ph}} \left(-ln \left(rac{n_{ped}}{n_{tot}}
ight) + ln \left(rac{n_{ped}^0}{n_{tot}^0}
ight)
ight)$$

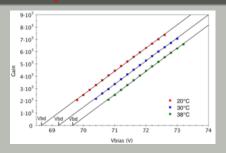


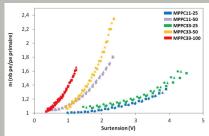
Spectre de la LED utilisé pour le calcul de l'efficacité de détection



PDE pour différents SiPMs et différentes températures

Gain et probabilité de crosstalk

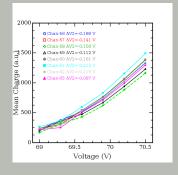


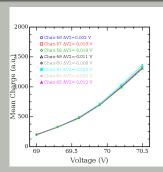


Gain total et gain avec probabilité de crosstalk de SiPMs croissent avec la tension d'alimentation



Uniformité de réponse

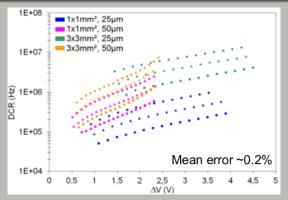




Uniformité de réponse d'une matrice de SiPM avant et après ajustement des DACs



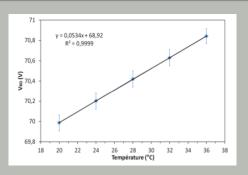
Bruit d'obscurité

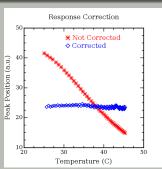


Bruit d'obscurité pour différents SiPMs à différents températures



Effet de la température





Effet de la température sur le seuil d'avalanche et correction du gain sur des SiPMs



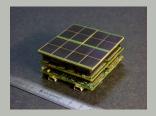
Matériel

- Scintillateurs :
 - Inorganiques: LaBr₃(Ce), GaGG(Ce), NaI(TI), LYSO, GSO, BGO
 - Organiques : p-terphenyl, plastiques
- Source radioactives ponctuelles: ²²Na, ⁵⁷Co, ²⁰⁴Tl, ²⁴¹Am
- But :
 - Mesures en énergie
 - Résolution énergétique
 - Linéarité
 - Mesures spatiales :
 - Résolution spatiale
 - Distorsion



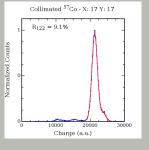
Exemple : γ -caméra

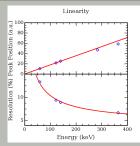
- Les γ -caméra présentent un intérêt pour la chirurgie des tumeurs radio-guidée.
- en particulier les appareils compactes pouvant être utilisés directement en contact avec les tissus pour une résolution, une sensibilité et une ergonomie améliorée.
 - \Rightarrow MAGICS : une γ -caméra compacte avec hautes performances basée sur des SiPMs





Résolution énergétique et linéarité



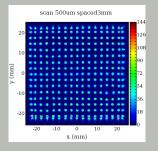


Spectre de 57 Co et linéarité du LaBr $_3$ (Ce) avec une matrice de 16×16 SiPMs

- Résolution en énergie : 9.1% (10.7 % en moyenne)
- Linéaire jusqu'à 200 keV

Résolution spatiale et uniformité de reconstruction

- Résolution spatiale 0.77 mm (champs de vue utile)
- Champ de vue utile : $45 \times 45 \text{ mm}^2$



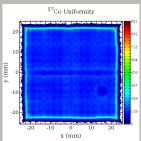


Image de reconstruction d'un scan de points source espacés de 3 mm et d'une irradiation uniforme

Conclusion et Perspectives

Résumé

- Mise en place d'un banc de caractérisation de photodétecteurs pour l'imagerie biomédicale
 - Caractérisation intrinsèque de photodétecteurs
 - Mesures à température constante :
 - PDE, Gain, Crosstalk, Uniformité de réponse, Bruit d'obscurité
- Mesures de scintillation
 - Spectres en énergie
 - Reconstruction d'image de sources

Futur

 Mise en place de mesures de résolution temporelle avec diode laser 70 ps

