## 講 座

# 希土類添加ナノ蛍光体粒子を用いたカソードルミネッセンス・ 蛍光細胞イメージング

## Cathodoluminescence and Fluorescent Bioimaging with Using Rare-Earth Doped Nanophorspohrs

## 新岡 宏彦, 古川 太一, 橋本 守

Hirohiko Niioka, Taichi Furukawa and Mamoru Hashimoto

## 大阪大学基礎工学研究科

要旨 蛍光顕微鏡を用いた細胞観察では、様々な色の蛍光プローブを用いることにより生体分子を染め分け、色によって様々な種類の生体分子を見分ける。もし、電子顕微鏡で蛍光顕微鏡のように色を付け観測することができたなら、1個1個の蛋白質の種類を見分けながらのイメージングも夢ではないだろう。電子顕微鏡を用いた細胞のカラーイメージングを目指し、電子線照射によってカソードルミネッセンス(CL: cathodoluminescence)を呈する3色の希土類添加Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>ナノ蛍光体を作製した。また、作製したナノ蛍光体はUV光照射によっても蛍光発光を呈するので蛍光顕微鏡による観察も可能である。本稿では、これら希土類添加Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>ナノ蛍光体の作製と、電子顕微鏡及び蛍光を用いた培養細胞観察への応用について概説する。

キーワード:カソードルミネッセンス顕微鏡、蛍光顕微鏡、バイオイメージング、蛍光プローブ

## 1. はじめに

細胞は細胞内小器官や細胞骨格等の複雑な細胞内構造を 持っており、その中で様々な種類の生体分子が相互に作用す ることにより生命機能を維持している. 生命機能を解き明か すためには生体分子がそれぞれ何処で作用しているかが重要 な手がかりになり、それらを観察するために光学顕微鏡や 電子顕微鏡が非常に強力なツールとして用いられてきた. 光学顕微鏡は生きた細胞試料を観察でき、蛍光分子や蛍光 蛋白等のプローブを用いる事で生体分子種を蛍光の色で見分 ける事が可能である.近年,STED, PALM, SIM に代表さ れるような超解像顕微鏡と呼ばれる空間分解能の高い光学 顕微鏡が開発されているものの<sup>1)</sup>,一般的な光学顕微鏡の空 間分解能は光の回折限界による制約をうけ、波長の半分程度 である 200 nm ~ 300 nm 程度に限定される. 一方で、電子 顕微鏡を用いた観察では空間分解能が高く、細胞内の小器官 や膜構造を詳細に観察することができ、免疫金染色技術を 用いれば特定の生体分子を観察する事が可能である. しかし ながら、これまで複数の生体分子種を一度に見分けるのは 容易ではなかった。例えば、異なったサイズのプローブを用 いて生体分子を染め分け、電子顕微鏡像からプローブのサイ ズを読み取ることによって分子種を判断する手法が報告され ているが、一つ一つプローブのサイズを見分けるのは手間の かかる方法であった<sup>2,3)</sup>.

そこで著者らは、電子顕微鏡を蛍光顕微鏡のようにマルチ カラー化することで、電子顕微鏡の高い空間分解能を維持し ながら生体分子種を見分ける手法の開発を行っている. この 研究で鍵となるのが、CLイメージングとCL用プローブで ある.電子線照射によって誘起される発光であるカソードル ミネッセンス(CL: Cathodoluminescence)は、励起に電子線 を用いているため空間分解能が高く、CL光を分光する事に より複数種の生体分子を見分ける事が可能であり、さらに、 CL像を取得するとともに電子顕微鏡観察により細胞内構造 をイメージングする事のできる技術と成り得る.

CL 顕微鏡を用いた細胞イメージングは、その初期の段階 において、細胞中の生体分子が発する CL 光を直接検出して イメージングを行なっていた<sup>45</sup>. その後、近年になって、 無機の粒子や有機分子の CL 用プローブ探索の試みがなされ たがサイズや耐退色性に問題があった<sup>67)</sup>.

本講座では、電子線照射により CL 光を発し、紫外光照射 によって蛍光を発するナノサイズの CL 用プローブの作製、 および、それらプローブを用いた細胞の CL イメージング及 び蛍光イメージングについて著者らの研究をもとに概説する.

#### 2. 希土類添加 Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub> ナノ蛍光体

希土類添加  $Y_2O_3$  ナノ蛍光体(以下,ナノ蛍光体)はもと もとフィールドエミッションディスプレイ用蛍光材料への応 用が検討されていた物質であり<sup>8,9)</sup>,数 kV の低い加速電圧で も強い CL 発光を示す.ナノ蛍光体の CL 波長は希土類イオ ンの電子遷移エネルギーに依存しており,添加する希土類イ

<sup>〒 560-8531</sup> 大阪府豊中市待兼山町 1-3 TEL: 06-6850-6550; FAX: 06-6850-6557 E-mail: niioka@bpe.es.osaka-u.ac.jp 2014 年 2 月 12 日受付

オンの種類を変える事で発光波長を変更することができる. 図1はゾルゲル法で作製した  $Y_2O_3$ :Tm,  $Y_2O_3$ :Tb,  $Y_2O_3$ :Eu の CL スペクトルであり,それぞれ,青色,緑色,赤色で発光 する<sup>8,10)</sup>.3価の希土類イオンの4f軌道は不完全充填であり, 発光はこの4f軌道間の電子遷移によるものである.4f軌道 の外部には電子の充填された5s,5p軌道が存在するため, 外部の環境の影響を受けにくく非常に先鋭なスペクトルを示 す<sup>11)</sup>.

また,これらのナノ蛍光体は紫外線照射により蛍光を発す る(図2).従って,ナノ蛍光体をプローブとして細胞観察 する場合,あらかじめ細胞試料を蛍光顕微鏡で観察し,その 後,CL顕微鏡で同じ箇所をより詳細に観察するということ が可能になる.CL顕微鏡で細胞試料を観察するには当然の 事ながら,一般的な電子顕微鏡観察時と同様に固定や脱水等 の複雑な手順を経る必要があるので数時間から数日の時間を 要する.そのため,事前に蛍光顕微鏡にて試料をスクリーニ ングし,観察領域を定めることができれば,実験の効率を向 上させることが可能である.



図 1  $Y_2O_3$ :Tm,  $Y_2O_3$ :Tb,  $Y_2O_3$ :Eu の CL スペクトル

(a) 励起波長 254 nm



(b) 励起波長 365 nm



図2 Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Tm, Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Tb, Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Euの蛍光発光. 励起光の波 長は(a) 254 nm および,(b) 365 nm. Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Tm は 254 nm 励 起では殆ど蛍光を発しない.

希土類添加  $Y_2O_3$  ナノ蛍光体の作製にはこれまでに様々な 手法が報告されており、ゾルゲル法<sup>8)</sup>、均一沈殿法<sup>12,13)</sup>、酵 素沈殿法<sup>13)</sup>、逆ミセル法<sup>14)</sup>、ソルボサーマル法<sup>15)</sup>、バルクの 希土類添加  $Y_2O_3$  を液相レーザーアブレーション法によりナ ノ粒子化する等の手法がある<sup>16)</sup>.以下,均一沈殿法と液相レー ザーアブレーション法によるナノ蛍光体作製についてと、蛍 光体の発光増強及び耐退色性について述べる.

2.1 均一沈殿法によるナノ蛍光体の作製

均一沈殿法では、イットリウムと希土類の水溶液に沈殿材 として尿素を加えた溶液を加熱し、尿素の熱分解による pH の上昇により、ナノ蛍光体の前駆体の沈殿を得る.このとき、 pH の上昇が溶液内で均一に起こり、前駆体の核形成と成長 が一斉に起こるため、粒径の揃った球形の前駆体粒子を得る ことができる.前駆体粒子は結晶性が悪く CL 発光強度が低 いため、電気炉等を用いた焼成により結晶性を向上させるこ とが必要である.図3は均一沈殿法で作製した Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Eu の TEM 像である.熱分解の温度やイットリウム、希土類、尿 素の濃度を変えることにより粒径を数十 nm から数百 nm 程 度まで変化させる事が可能である.

## 2.2 液相レーザーアブレーション法によるナノ蛍光体の 微細化

液相レーザーアブレーション法では、溶液中の蛍光体試料 に高強度のレーザーパルスを集光し、焦点で誘起されるアブ レーションによりナノ蛍光体を得る. ゾルゲル法で作製した  $Y_2O_3:Eu ナノ蛍光体を水中に分散させ、スターラーで撹拌し$ ながら、ナノ 秒 Nd:YAG レーザー (New wave research,Tempest) の2倍波 (532 nm, 10 Hz, 20 mJ/pulse) を単レンズ (f=100 mm) により3時間集光した. 図4 に液相レーザーアブレーション処理前後のナノ蛍光体の SEM 像およびTEM 像を示す. 図より、ナノ蛍光体の微細化に成功している事がわかる. また、TEM 像より、粒径 20 nm から 50 nmの球形の粒子が作製されていることがわかる.

## 2.3 ナノ蛍光体の発光増強

CL 顕微鏡は高い空間分解能を有するが,ナノ蛍光体を介 して蛋白質等生体分子を観察する場合,ナノ蛍光体のサイズ が大きいと目的の生体分子の位置を正確に知ることはできな



図3 均一沈殿法で作製したナノ蛍光体(Y2O3:Eu)のTEM像



図4 ナノ蛍光体 ( $Y_2O_3$ :Eu) の SEM 像および TEM 像. (a) (b) は液相レーザーアブレーション処理前. (c) (d) は処理後.

くなる. つまり, ナノ蛍光体のサイズが 200 nm 程度である とすると,目的の生体分子はそのナノ蛍光体の周囲のどこか, 直径 200 nm 程度の領域のどこかであるとしか分からない. 従って,目的の生体分子の位置を正確に知るためには,ナノ 蛍光体のサイズを小さくすれば良いことになる.しかし,粒 径が小さくなると発光する希土類イオンの数が減り CL 光の 発光強度が減少するという問題が起きるため,小さくても明 るく発光するナノ蛍光体の作製が必要になる.

Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Eu に Zn を添加することにより CL 光の発光強度を上 昇させる事が可能である<sup>17,18)</sup>. これは, Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Eu のような絶 縁体に Zn を添加することにより導電性を付与し, チャージ アップを防ぐことに起因する.数 kV で加速された電子は, チャージアップにより蛍光体表面に存在する電子による斥力 を受け,蛍光体奥まで侵入する事ができない. 従って, チャー ジアップを防ぐことにより入射電子が蛍光体奥まで侵入し効 率良く蛍光体を励起することができる.

図5はCL発光強度と入射電子線の電流値とZnの添加量の関係を示している. 粒径200 nm 程度のナノ蛍光体を選択的に計測した. Zn 濃度を上昇させることによりCL光強度が上昇していることが分かる.またZnの濃度が30%のとき,添加しない場合に比べて数倍のCL光増強が確認された.またこのとき,単一のナノ蛍光体に対して10回のCLイメージングを行なったところ,電子線照射に伴うコンタミネーションが原因と考えられるCL光強度の減衰は見られたが,10回目のCLイメージングにおいても充分にナノ蛍光体の像は観測されたことから,CLイメージング用のプローブとして使用可能であると考える.さらに,Znの濃度が15%(X=0.15)のナノ蛍光体のCLイメージングを行なったところ,粒径約30 nmの微小ナノ蛍光体のイメージングに成功した<sup>19</sup>(図6).この結果は,CL顕微鏡を用いた高空間分解能生体分子イメージングが可能である事を示している.



図5 Zn 濃度とビーム電流とCL 発光強度の関係. Zn 添加量 が30%のとき  $(Y_{0.95-x}Eu_{0.05}Zn_x)_2O_3, X = 0.30$  で表わされる. 加速電圧は3 kV で計測.



図6 ナノ蛍光体  $(Y_2O_3:Eu, Zn)$ のSEM像 (a) とCL像 (b). 加速電圧は3 kV,計測時間は1 ms/pixel.

Zn の添加以外にも Li を添加することによる CL 発光増強 が報告されている<sup>20)</sup>.また,励起エネルギーはナノ蛍光体の 表面欠陥により熱として失われてしまうため,コアシェル構 造とする事で欠陥でのエネルギーロスを軽減し,発光増強を 行なったという報告もある<sup>21)</sup>.今後更に明るいナノ蛍光体の 作製が可能になると考えられる.

### 3. 細胞中ナノ蛍光体の CL イメージング

液相レーザーアブレーション法で微細化・分散化した Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Eu, Zn (Zn の濃度は 15%) ナノ蛍光体を細胞内に導入し, CL イメージングを行なった. 観測には FE-SEM (JEOL, JSM-6500F)をベースとした顕微鏡 (SEM-CL 顕微鏡)を用 いた. ナノ蛍光体の導入には細胞の食作用であるエンドサイ トーシスを利用した. 細胞試料として培養 HeLa 細胞を用い, 培養液にナノ蛍光体を混入し, 24 時間後に細胞を固定した. その後, エタノールによる脱水, エポキシ樹脂包埋, 100 nm の厚さで薄切し, Si 基板上に細胞切片を用意した. エポキ シ樹脂は飽和 KOH/ethanol 溶液にて溶解させた後, 試料を 観察した. 図7の SEM 像よりエンドサイトーシス小胞が観 察され, その内部に二つのナノ蛍光体があるのがわかる. ナ ノ蛍光体の大きさはおよそ 200 nm 程度であり,液相レーザー アブレーション法で微細化したナノ蛍光体が凝集してしまっ



図7 HeLa 細胞中のナノ蛍光体 (Y<sub>2</sub>O<sub>3</sub>:Eu, Zn) SEM 像 (a), (a) の赤四角部分の拡大図 (b) 及び CL 像 (b). 加速電圧は 3 kV, 計測時間は 100 ms/pixel.



図8 加速電圧とCL像の関係. (a) はSEM像, (b) (c) (d) はそれぞれ加速電圧が3kV,5kV,10kVのときのCL像である. (e) は図中 AB間の強度プロファイル.

たものであると思われる. CL 像でも SEM 像と同様にナノ 蛍光体の観察が可能であり,細胞内のナノ蛍光体を CL 顕微 鏡により観察できる事が示された.

3.1 電子線の加速電圧と CL 像のコントラスト

図7のように薄切した細胞試料をSi 基板の上に載せ、CL イメージングを行なった場合、加速電圧によってCL像が変 化する.図8は加速電圧を変えながら同一試料を観察した際 のCL像である.加速電圧が3kV程度では試料の表面のみ が観察されるために画像はぼやけないが、5kVを越えると 画像がぼやけてコントラストが低下する.これは、Si 基板か らの反射電子が蛍光体を励起しているためであると考える.



図9  $Y_2O_3$ :Eu, Zn の励起蛍光スペクトル (a) と $Y_2O_3$ :Eu, Zn を導入した培養 HeLa 細胞中の透過像 (b), 蛍光像 (c), マージ像 (d).

#### 4. 細胞中ナノ蛍光体の蛍光イメージング

CLEM (Correlatiev Light and Electron Microscopy) は、光学 顕微鏡と電子顕微鏡で同一の試料を観察することで、どちら か一方の顕微鏡を用いた場合よりも詳細な情報が得られる顕 微鏡法である.  $Y_2O_3$ :Tm,  $Y_2O_3$ :Tb,  $Y_2O_3$ :Eu のナノ蛍光体は UV 光の照射によっても蛍光を発し、Zn を添加しても同様の 蛍光を示す. そのため、これらのナノ蛍光体は細胞の蛍光カ ラーイメージングにも応用が可能である. 図9(a) は $Y_2O_3$ :Eu, Zn の励起蛍光スペクトルであり、240 nm 付近の波長をもつ UV 光によって励起され、Eu に起因した波長 614 nm 程度の 蛍光を示す. したがって、本ナノ蛍光体は CLEM にも応用 可能であることが分かる.

CL イメージングの際と同様に, 液相レーザーアブレーショ ン法により微細化した  $Y_2O_3$ :Eu, Zn ナノ蛍光体を培養 HeLa 細胞に導入した. その後細胞を固定し, 蛍光観察を行なった. 励起光源として水銀ランプの 254 nm の輝線を用い, カメラ は EMCCD (Andor, Luca)を用いた. 図 9 (b) (c) (d) はそれ ぞれ, HeLa 細胞の透過像, 蛍光像, マージ像を示す. 細胞 内に取り込まれた  $Y_2O_3$ :Eu, Zn ナノ蛍光体がはっきり観察さ れている.

#### 5. まとめと今後の展開

電子線照射でも UV 光照射でも発光する蛍光体の作製を行 なった.  $Y_2O_3$ :Tm,  $Y_2O_3$ :Tb,  $Y_2O_3$ :Eu の蛍光体はそれぞれ青, 緑,赤に発光し,電子顕微鏡でも蛍光顕微鏡でもカラーイメー ジングが可能である事を示した. また, Zn を添加すること により,  $Y_2O_3$ :Eu 蛍光体の発光増強を行なった. さらに,  $Y_2O_3$ :Eu, Zn を細胞へ導入し CL イメージングおよび蛍光イ メージングに成功した. 希土類添加  $Y_2O_3$ ナノ蛍光体以外で も、最近 Harvard 大の D. R. Glenn らは窒素欠陥を含んだナ ノサイズのダイヤモンド(蛍光ナノダイヤモンド)を用いた CL イメージング法について報告しており、粒径 30 nm 程度 の蛍光ナノダイヤモンドのカラーイメージングに成功してい る<sup>22)</sup>.また、静岡大の名和らは水溶液中試料の電子顕微鏡観 察が可能な D-EXA 顕微鏡を開発し、水溶液中 ZnO のナノ粒 子の CL イメージングについて報告している<sup>23)</sup>.今後、より 小さく、かつ高輝度な CL イメージング用のナノ蛍光体の研 究開発が重要な課題となるだろう.

また、これらのナノ蛍光体は大気圧 SEM<sup>24,25)</sup> でも観察可 能であると考えられる.この場合、細胞試料の薄切等の処理 をする事無く、液中の細胞に電子線を照射してカラーで観察 する事が可能になるだろう.また、現在はエンドサイトーシ スにより細胞内に導入したナノ蛍光体の観察を行なっている が、抗体分子やアプタマー等をナノ蛍光体表面に取り付ける ことで、特定の生体分子をターゲットとしたイメージングが 可能になる.さらに、TEM と CL 計測を組み合わせることに より、細胞内小器官等の細胞内膜構造を TEM で観察しつつ、 複数種の生体分子位置を CL にて観察する等の応用が可能に なる<sup>26)</sup>. CL 顕微鏡を用いた細胞イメージングはこれまでに ほどんど報告が無いが、今後の更なる発展により細胞の高空 間分解能イメージングにおいて広く応用されると考える.

## 謝 辞

本研究は,財団法人立石科学振興財団の平成23年度研究 助成Bおよび財団法人中谷電子計測技術振興財団の第28回 奨励研究助成によって行なわれました.ここに深く感謝の意 を表明致します.

#### 文 献

- Schermelleh, L., Heintzmann, R. and Leonhardt, H.: J. Cell Biol., 190, 165–175 (2010)
- Giepmans, B.N.G., Deerinck, T.J., Smarr, B.L., Jones, Y.Z. and Ellisman, M.H.: *Nat. Methods*, 2, 743–749 (2005)
- 3) Wang, B-L. and Larsson, L.-I.: Histochemistry, 83, 47–56 (1985)
- 4) Pease, R.F.W. and Hayes, T.L.: Nature, 210, 1049 (1966)
- Itoh, T., Fujimoto, T., Koike, H., Inoue, T. and Ogawa, K.: Acta Histchem. Cytochem., 19, 621–633 (1986)
- Kimura, E., Sekiguchi, T., Oikawa, H., Niitsuma, J., Nakayama Y., Suzuki, H., Kimura, M., Fujii, K. and Ushiki, T.: Arch. Histol. Cytol.,

67, 263-270 (2004)

- Niitsuma, J., Oikawa, H., Kimura, E., Ushiki, T. and Sekiguchi, T.: J. Electron Microsc., 54, 325–330 (2005)
- Nagata, T., Nakayama, T. and Murakami, H.: SID Int. Symp. Dig. Tech. Pap., 38, 1328–1331 (2007)
- Wakefield, G., Holland, E., Dobson, P.J. and Hutchison, J.L.: Adv. Mater., 13, 1557–1560 (2001)
- Niioka, H., Furukawa, T., Ichimiya, M., Ashida, M., Araki, T. and Hashimoto, M.: *Appl. Phys. Express*, 4, 112402–112404 (2011).
- 11) 足立吟也監修, 足立研究室編集:希土類物語, 産業図書
- 12) Zhang, M., Wang, X., Ding, H., Li, H., Pan, L. and Sun, Z.: Int. J. Appl. Ceram. Technol., 8, 752–758 (2011)
- Venkatachalam, N., Saito, Y. and Soga, K.: J. Am. Ceram. Soc., 92, 1006–1100 (2009)
- 14) Hirai, T., Asada, Y. and Komasawa, I.: J. Colloid Interf. Sci., 276, 339–345 (2004)
- 15) Yang, J., Quan, Z., Kong, D., Liu, X. and Lin, J.: Cryst. Growth Des., 7, 730–735 (2007)
- Ledoux, G., Amans, D., Dujardin, C. and Masenelli-Varlot, K.: Nanotechnology, 20, 445605 (2009)
- 17) Shin, S.H., Kang, J.H., Jeon, D.Y., Choi, S.H., Lee, S.H., You, Y.C. and Zang, D.S.: *Solid State Commun.*, 135, 30–33 (2005)
- 18) Jung, K.Y., Han, K.H. and Ko, Y.S.: J. Lumin., 127, 391 (2007)
- Furukawa, T., Niioka, H., Ichimiya, M., Ashida, M., Nagata, T., Araki, T. and Hashimoto, M.: *Opt. Express*, 21, 25655–25663 (2013)
- 20) Bae, J-S., Hong, T.E., Yoon, J.H., Lee, B.S., Won, Mi-S., Kim, J.P., Kim, Y.S. and Jeong, J.H.: *J. Anal. Sci. Technol.*, 1, 92–97 (2010)
- 21) Han, J.K., Hirata, G.A., Talbot, J.B. and McKittrick, J.: *Mater. Sci. Eng. B*, 176, 436–441 (2011)
- 22) Glenn, D.R., Zhang, H., Kasthuri, N., Schalek, R., Lo, P.K., Trifonov, A.S., Park, H., Lichtman, J.W. and Walsworth, R.L.: *Sci. Rep.*, 2, 865 (2012)
- 23) Nawa, Y., Inami, W., Chiba, A., Ono, A., Miyakawa, A., Kawata, Y., Lin, S. and Terakawa, S.: *Opt. Express*, **20**, 5629–5635 (2012)
- 24) Nishiyama, H., Suga, M., Ogura, T., Maruyama, Y., Koizumi, M., Mio, K., Kitamura, S. and Sato, C.: *J. Struct. Biol.*, 169, 438–449 (2010)
- 25) Morrison, I.E.G., Dennison, C.L., Nishiyama, H., Suga, M., Sato, C., Yarwood, A. and O'Toole, P.J.: *Methods Cell Biol.*, 111, 307–324 (2012)
- 26) Furukawa, T., Fukushima, S., Niioka, H., Yamamoto, N., Araki, T. and Hashimoto, M.: Biological cathodoluminescence imaging using transmission electron microscopy, 平成 25 年度日本分光学会年次講演会, 2013 年 11 月 19 日~21 日, 大阪.