# MEMS センサによる少数細胞の代謝熱モニタリング\*

中別府 修<sup>†</sup> 坂寄 純一<sup>‡</sup>

# Cell Metabolism Monitoring with MEMS Sensor\*

Osamu NAKABEPPU<sup>†</sup> and Junichi SAKAYORI<sup>‡</sup>

#### Abstract

Cells and living tissue slightly but always generate metabolic heat as long as they are alive. Thus, biological activity can be measured through the observation of metabolic heat, which has been developed as "bio-calorimetry". On the other hand, further improvements in thermal sensing ability can be expected with use of the MEMS (Micro Electro Mechanical System) technology. The purpose of this study is to develop the monitoring technique of the metabolic heat of cells in as small number as possible with the MEMS technology. If the monitoring technique of metabolism of a few cells or even a single cell is made available, it plays very important rolls in bio- and medical- engineering, pharmaceutical sciences, and so on. In this study, a bio-calorimeter with a MEMS thermopile sensor was made, and its performance and metabolism monitoring of Yeast were tested. The thermopile sensor consisted of 350 thin film thermocouples of Cr and Ni strips of 20 µm width on a 150 µm thick glass plate. The thermopile sensor composed a calorimetric cell as a bottom plate with thick aluminum frame. The calorimetric cell was placed in a triple thermostatic chamber which employs a proportional control with a Peltier device and PID control with heater. The calorimeter showed a sensitivity of 0.62 V/W under the condition of including culture solution, time constant of the calorimetric cell of 90 sec, and a noise equivalent power of 60 nW, which corresponds to metabolic heat of  $3 \times 10^3$  cells of Yeast. In the growth experiments of Yeast, growth thermograms for  $10^5 \sim 10^7$  cells can be measured with reasonable generation times. It was demonstrated that the detectable number of Yeast cells of the MEMS calorimeter is much smaller than that for the traditional bio-calorimeter.

Key Words: MEMS, Metabolism, Calorimeter, Yeast, Growth thermogram

# 1 緒 言

生体組織や細胞は生命活動を行う限り,代謝によって僅かながら発熱する.このため,代謝熱量を測ることで,細胞の活性を観察することができる.従来より,この手法はバイオカロリメトリ[1]として,細胞や微生物の活性,増殖速度,食品腐敗,薬剤の抗微生物,殺菌効果,環境汚染物質の生態学的評価等を調べる手法として発展してきた.しかし,従来のバイオカロリメトリでは,細胞数106 個以上の試料の平均的な挙動を調べているため,分子論的な記述が要求される今日の生化学研究では,特異性に優れた高感度な電気的,光学的,化学的計測手法に対する補助的な手段としての色彩が強い状況にある. ただし,熱量センサの大幅な高感度化,熱量計測 技術の高度化が成し遂げられ,10 pW レベルの熱量 分解能が得られると、少数または単一細胞の代謝熱 が観察可能となり、その有用性は飛躍的に向上する. 種々の細胞は平均的に 0.1~60 pW/Cell 程度の微小 な発熱を行っており、これに対応する超高感度熱量 計測技術が実現すると、細胞の一生に渡る生理状態 の詳細な観察、細胞の正常活動範囲内での薬剤やア レルゲン等の刺激に対する応答試験、代謝活性が非 常に高くなっているがん細胞をはじめとする病態細 胞の検出や臨床診断への応用が可能となり、医学や 薬学、生命工学への幅広い貢献が期待される.

超高感度熱量計測技術の実現には、微細加工技術 で作られる MEMS(Micro Electro Mechanical Systems) が有望であり、薄膜等の高熱抵抗構造とサーモパイ ル等の高集積性を利用した研究が近年報告されるよ

\* 受付日: 2006 年 3 月 13 日, 第 43 回日本伝熱シンポジウムより受付, 担当エディター: 長坂 雄次

<sup>\*</sup> 明治大学理工学部 (〒214-8571 神奈川県川崎市多摩区東三田 1-1-1)

<sup>\*</sup> 東京工業大学大学院理工学研究科 (〒152-8552 東京都目黒区大岡山 2-12-2)

うになってきた. 例えば, Johannessen ら[2]は, 厚さ 800 nm の Si<sub>3</sub>N<sub>4</sub> 膜上に Ni-Au のサーモパイルを形成 し、約2V/Wの高感度熱量計計測能力により、サー モパイル上の 10 個の褐色脂肪細胞の薬剤に対する 代謝応答を10nWレベルで検出できること等を報告 している. Zhang ら[3]は、厚さ 2  $\mu$ m の Si<sub>3</sub>N<sub>4</sub>-SiO<sub>2</sub>-Si<sub>3</sub>N<sub>4</sub>膜上に poly Si-Au のサーモパイルを形成し, 0.94 V/W の熱量計測感度を持つフロー式熱量計を 開発し、グルコースや尿素等の微量な酵素触媒反応 を熱的に計測可能なことを示している. Higuera-Guisset ら[4]は、シリコン薄膜上に Al-Si の サーモパイルを形成し、計測部面積 25 mm<sup>2</sup>, 容積 0.6 cm<sup>3</sup>の PTFE 製反応室を持つ差動型熱量計を製作 し、熱量計測感度 0.39 V/W と大腸菌 (Escherichia. coli)の増殖特性を報告している.また、中別府[5] は、培養液中の細胞の10pW レベルの代謝熱をモニ タする方法として、低熱伝導性ガス中にブリッジ流 路構造とサーモパイルを組合せた MEMS センサを 設置し、理想的なアンプ・フィルターを用いる方法 を考案している.

本研究は、これらを背景に、MEMS 技術により熱 量計測感度を向上させ、可能な限り少数の細胞の代 謝を熱的にモニタリングする技術開発を目的として いる.著者らは、これまで、サーモパイル型熱量セ ンサを微細加工技術により試作し、多重恒温槽内で 酵母菌を用いた増殖過程の観察実験[6]を行い、セン サや熱量計装置に必要なノウハウと、生体試料の取 り扱い方法を学んできた.本論文では、これまで得 た知見をまとめて報告する.

#### 2 実験装置・方法

#### 2.1 サーモパイル型熱量センサ

試作したサーモパイル型熱量センサを図1に示す. センサは,基板にカバーガラス(硼珪酸ガラス,22 mm×22 mm, *t* = 0.15 mm)を用い,中央部分に線幅 40 μm の熱量校正用ヒータを,その両側に,線幅20 μmの薄膜熱電対を175 対ずつ,計350 対直列に接続 したサーモパイルをリフトオフ法により形成した. ヒータは Cr,サーモパイルは Cr と Ni で構成されて いる.なお,本論文で報告する結果は,サーモパイ ルの片側が断線し,他方の175 対の熱電対のみを使 用したセンサで得られたものである.

#### 2.2 多重恒温槽を用いた熱量計

サーモパイルセンサを試料セルに接着し, 試料セ ルを, 断熱材を貼ったアルミニウムケースを3重に した恒温槽に設置し, 熱量計を構成する(図2). 試 料セルは, 14 mm×15.8 mmの矩形穴をあけたアル ミニウムブロックの底面にサーモパイルの参照接点 部がアルミニウムブロック上に配置されるようにセ ンサを接着し, センサ上には, 細胞懸濁液がサーモ パイルの計測接点上に位置するように、中央部を囲 むプラスチック板の仕切りを設置し試料室を設けた. この構造により、試料室内で発熱が生じるとセンサ 中央部と周辺部に温度差が生じ、熱起電力信号とし て出力される.

また、細胞懸濁液や酵母が発酵する際に生成する エタノールの蒸発を防ぐため、流動パラフィン(和 光純薬工業、密度 0.795~0.830 g/ml)を懸濁液上に 満たし、発生した CO<sub>2</sub>等の放出を防止するため、ビ ニルシートで覆いをしている.蒸発に伴う熱量移動 は検出しようとする代謝熱量に比べ格段に大きく、 本研究では閉鎖系での実験が必要となっている.

恒温槽内の温度制御は,試料セルと最も内側のア ルミニウムケースは白金測温体とペルチェ素子で加 熱・冷却の比例制御を,他の2つのケースは白金測 温体とヒータでPID制御を行った.外側ケースは250 ×250×100 mm とコンパクトなものとした.

サーモパイルの熱起電力は、ゲイン100倍、入力 帯域17 Hzの自作DCアンプ(アナログデバイス社、 AD620)1台または2台の直列接続で増幅し、デー タロガー(Agilent社、34970A)を介してPCで記録 する.起電力から発熱量への換算は、後述の熱量計 測感度を用いる.各部の温度は、T型熱電対と同デ ータロガーで記録する.

# 2.3 試料

生体試料としては、安全性が高く、標準的なデー タが得やすい酵母菌(*Saccharomyces cerevisiae*)を選び、



Fig. 1 MEMS thermopile sensor for metabolism monitor





Fig. 3 Micrograph of yeast fungus

図3に示すパン酵母(ドライイースト,日清製粉) を用いた.培養液には,酵母・カビ用培養液(BBL 社, M-Green Yeast and Mold Broth) と3 wt%の砂糖 (スクロース)水溶液を用いた.

### 2.4 実験方法

実験は、所定の試料を熱量計へ入れ、代謝熱と各部の温度を計測するバッチ方式で行う.手順としては、まず、恒温槽の温度調節機能を動作させたまま、ケースを開け、試料セル内に流動パラフィンを適量満たす.次に、3 wt%の砂糖(スクロース)水溶液 100 ml にドライイースト1粒(体積~0.1 mm<sup>3</sup>)を溶かし、その溶液 0.2 ml を試料室内に入れる.菌1個の体積を100 µm<sup>3</sup>と考えると、この操作で2000 個程度の細胞が試料室に投入されることになる.次いで、培養液 0.2 ml を試料室へ入れ、アルミニウムケースを閉じて静置する.各部の温度,代謝熱量の計測は、上記手順と同時に開始しておき、装置各部に異常がないことを確認しながら準備し、計測を継続する.

#### 3 実験結果と考察

#### 3.1 熱量センサの性能

サーモパイル式熱量センサの感度をセンサ中央の 較正用ヒータによる発熱量と熱起電力から求めた. 図4に,試料セルを空にした場合と,流動パラフィ ンを満たした場合の結果を示す.セル内にパラフィ ンを充填すると熱コンダクタンスが増加し,熱量感 度が低下するものの,熱量感度は1.24 V/W と良好な ものであった.ここで,ヒータによる中央部での局 所発熱と試料セル内での均一発熱では,温度分布に 違いがあり,1 次元熱伝導による単純評価では感度 は1/2 まで低下する.正確には,本実験では試料室 内の発熱に対する感度が必要となるが,詳細は未検 討なため,計測値の1/2,すなわち0.62 V/W を本セ ンサの熱量感度として採用する.

センサ信号に含まれるノイズと試料セル内の時 定数を感度校正実験データから評価した.図5に, 較正ヒータのステップ加熱に対するセンサ信号の



Fig. 4 Sensitivity of the 1/2 thermopile sensor for local heating by the center heater



Fig. 5 Evaluation of noise and time constant of the thermopile sensor in calorimetric cell

30 秒間の移動平均とノイズ強度を示す.加熱の立上 りと立下り部でノイズ強度が大きいのはサンプリン グ周期が3秒と大きいためであり,他の領域でのノ イズ強度からその標準偏差は35 nV となった.これ より,ノイズ等価電力(NEP, Noise Equivalent Power) は約 60 nW と評価された.酵母菌の平均的な代謝熱 量は20 pW/Cell[8]であり,この NEP は 3×10<sup>3</sup> 個程 度の酵母の活動を検出可能なことに対応する.

時定数に関しては、加熱停止後のセンサ信号の減 衰から、センサのガラス基板内で温度が均一化する ための約 11 sec の時定数 ( $\tau_{c1}$ )と試料セル内の液体 温度が低下するための約 87 sec の時定数 ( $\tau_{c2}$ )が観 察された.細胞懸濁液の発熱を調べるには、後者の 時定数が重要であり、本試料セルは細胞の代謝熱量 を 90 sec 程度の十分速い時間分解能で調べる性能を 持つことが分った.



Fig. 6 Settling phase of the calorimeter after sample setting operation

# 3.2 恒温槽特性

図6に、実験手順開始から、装置が定常状態へ達 する過程の各部の温度変化、およびサーモパイル信 号を示す.時間約600 sec でケースが閉じられ、そ こから定常状態へ推移している.これより、各部の 時定数は、試料セルおよび内側ケースが280 sec、中 間ケースが890 sec、外側ケースが930 sec と算定さ れた.また、装置が定常に達し、サーモパイル信号 が数 µW レベルで安定するまでに実質的に2時間程 度を要しており、分析スループット向上の意味で、 装置時定数の短縮が求められると考えられる.

さらに、本装置では、室内のエアコンにより 900 ~1000 秒周期で生じていた 1.2 Kp-p(p-p は peak to peak)の室温の変動が、外側ケース内壁では 50 mKp-p、中間ケース内壁では 10 mKp-p、内側ケース内では検出不能な程度に減衰し、サーモパイル信号のノイズには 2 nWp-p レベルの同周期の成分が含まれていた.サーモパイル信号のノイズ強度は前述のように 60 nW レベルであり、本恒温槽により、室温変動の影響は十分抑制されていることが分かった.

# 3.3 代謝熱モニタリング実験

図7に一般的な細菌の増殖曲線[7]を示す.細菌の 増殖は一般的に誘導期という準備期間を経て,細胞 数に比例した増殖速度を持ち,指数関数的に増殖が 進む対数増殖期に入る.その後,栄養源や酸素の枯 渇,代謝生成物の蓄積,細胞密度の増加が進むと増 殖速度は遅くなり停止し,定常期に入る.ここでは 増殖が停止しても細胞が死んでいる訳ではなく,定 常期が続くと細胞が徐々に死んでいく死滅期(減衰 期)へと推移していく.

対数増殖期では、細胞種やその活性を特徴づける 代表時間として、1つの細胞が分裂し2つの細胞に なるまでの世代時間 r が得られる.下記のように、 細胞数 N は増殖速度定数 μと時間 t,初期細胞数 N<sub>0</sub>





で記述され,世代時間τが導出される.

$$N = N_0 \exp\left(\mu t\right) \tag{1}$$

$$\tau = \ln 2/\mu \tag{2}$$

図8に、試料セル温度33.8℃、サーモパイル信号 を増幅率 100 倍の DC アンプ 1 台で増幅して得られ た酵母菌の代謝熱曲線を示す.図中の温度データは, 室温変動の影響が外側ケースには現れているが、試 料セルでは十分減衰していることを改めて示してい る.代謝熱曲線は一般に増殖サーモグラムと呼ばれ, 細胞の代謝熱量が一定と仮定すると細胞数変化を示 す増殖曲線と一致するものとなる.一般的な増殖曲 線と比べると,計測開始から約5時間までが誘導期, 5~14 時間が対数増殖期となり、その後 16.5 時間で 発熱ピークを迎え、代謝量が減少する死滅期へ移行 するように見られる.この傾向は,Antoce ら[8]の酵 母菌の増殖サーモグラムと同様であるが,図7と比 較し, 定常期が不鮮明である. 後述するように, 増 殖期および死滅期は共に指数関数的な挙動を示すた め、この間が定常期に当たると考えられるが、定常 期の曲線の差異は細胞1個当りの代謝熱量が一定と する仮定に注意が必要なことを示すと考えられる. また、代謝熱量の減衰期に酵母菌が死滅しているか 休眠状態かは不明なため、高感度熱量計測が実現し た後には、細胞数と発熱量の関係を同時に測る工夫 が求められる.

図9には図8の結果を対数表示した酵母菌の増殖 サーモグラム,および計測信号に含まれる RMS ノ イズを示す.酵母菌の平均的な代謝熱量20 pW/Cell から換算した菌数も表示している.増殖サーモグラ ムには,初期酵母菌数が4×10<sup>5</sup>個程度,5~12時間 までの間に世代時間123 min となる対数増殖を示し, 10<sup>7</sup>個の酵母菌数に対応する200 µWの最大発熱量を 記録し,その後,20時間以降に一定の割合で減衰し, 10<sup>5</sup>個の酵母菌数に対応する熱量まで計測できてい る様子が示されている.また,ノイズは300 nVのレ ベルであり、酵母菌 104 個の代謝熱量に対応する.

図 10 には、試料セル温度を 29.8 ℃ とし、サーモ パイル信号を DC アンプ2 台で増幅して計測した増 殖サーモグラムと RMS ノイズを示す. この計測で は、装置が定常に達するより早く対数増殖が生じて おり,開始後 2~9時間に世代時間約 85 min の対数 増殖期が見られる.最大発熱量は図9の結果と同様 であり、開始、終了時の熱量レベルは酵母菌数 105 個オーダーに対応している. ノイズは, DC アンプ の増設により S/N 比が向上し, 60 nW レベルまで低 下しており, 潜在的に酵母菌 3×10<sup>3</sup> 個レベルの代謝 熱量に対応する熱量分解能が示された.ただし,代 謝熱モニタリングが実証された細胞数は 10<sup>5</sup>~10<sup>7</sup> 個 レベルであり、今後、極少数の初期細胞から計測を 開始し、長周期のドリフトを抑え、細胞数 103 個レ ベルの代謝熱をモニタ可能なことを実証する必要が ある.

また,一般的な酵母菌の世代時間は生育条件によ り80~120 min[8],生育至適温度が30℃[9]であり, 本研究で増殖期に得られた世代時間85 min @ 29.8 ℃,123 min @ 33.4℃は妥当な結果と言える.さら に,死滅期の代謝熱量の指数関数的な減衰も捉えら れており,細胞数,培養液中の糖分や代謝物の同時 計測等と組合せた,総合的な解析法への発展も期待 される.

# 4 結 言

MEMS 技術で製作したサーモパイル型熱量セン サを用い,培養液中の細胞の代謝熱を恒温槽内で計 測する熱量計を試作し,その性能評価,および酵母 菌の代謝モニタリング実験を行った.性能評価とし ては,熱量計は感度が 0.62 V/W, NEP が 60 nW と 酵母菌 3×10<sup>3</sup> 個の代謝熱を計測可能な高い性能を 持つこと,試料セル内時定数が 90 sec 程度と代謝計 測に十分な応答速度を持つこと,恒温槽により室温 変動の影響が十分抑制されていることが示された. 酵母菌の代謝熱モニタリング実験では,菌数 10<sup>5</sup> ~ 10<sup>7</sup> 個に対応する増殖サーモグラムが得られ,従来 よりも少数な細胞の代謝熱を計測できることが実証 された. 今後,細胞数 10<sup>3</sup> 個レベルの代謝熱モニタ リング性能を実証し,より少ない細胞数の代謝熱モ ニタリング技術を追求する予定である.

#### 謝辞

本研究では、東京工業大学メカノマイクロプロセス室の協力によりサーモパイルセンサを開発した. また、本研究は科学研究費補助金(萌芽研究) (No.18651055)の助成を受けて実施した.記して謝意を表す.



Fig. 8 Growth thermogram in linear plot of yeast at 33.8 °C taken through the single DC amplifier



Fig. 9 Growth thermogram in single logarithmic plot of yeast at 33.8 °C



Fig. 10 Growth thermogram of yeast at 29.8 °C taken through the two DC amplifiers

# 参考文献

- [1] 高橋克忠(日本化学会編),"第5版実験化学講 座6温度・熱,圧力",丸善(2005),321-329.
- [2] Johannessen, E. *et al.*, "Micromachined nanocalorimetric sensor for ultra-low-volume cell-based assays", *Analytical Chemistry*, Vol.74 (2002), 2190-2197.
- [3] Zhang, Y., *et al.*, "Calorimetric biosensors with integrated microfluidic channels", *Biosensor and Bioelectronics* 19 (2004), 1733-1743.
- [4] Higuera-Guisset, J., *et al.*, "Calorimetry of microbial growth using a thermopile based microreactor", *Thermochimica Acta* 427 (2005), 187-191.
- [5] 中別府修, "微小熱量測定装置および微小熱量 測定方法", 特許出願 2006-106482 (2006).

- [6] 中別府修,他,"MEMS センサによる少数細胞 の代謝熱モニタリング",第43 回日本伝熱シン ポジウム講演論文集 I (2006),47-48.
- [7] 古賀邦正, "微生物のコロニー増殖と熱測定", *熱測定*, 31 (3) (2004), 117-124.
- [8] Antoce, O. A., *et al.*, "Heat effect for a single cell of *Saccharomyces cerevisiae* determined using a classic and a new procedure", 熱測定, 24 (3) (1997), 111-117.
- [9] 水野貴之, "細胞工学別冊 目で見る実験ノートシリーズ バイオ実験イラストレイテッド7, 使おう酵母 できる Two Hybrid",秀潤社 (2003), 9-45.