Modellazione e Simulazione di Sistemi Fisiologici

Docente: Caselli, Federica

Università degli Studi di Roma Tor Vergata

Ingegneria Medica - 2022



Modello minimo del glucosio e test IVGTT

Mastrofini Alessandro

alessandro.mastrofini@alumni.uniroma2.eu

Abstract

Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Ut purus elit, vestibulum ut, placerat ac, adipiscing vitae, felis. Curabitur dictum gravida mauris. Nam arcu libero, nonummy eget, consectetuer id, vulputate a, magna. Donec vehicula augue eu neque. Pellentesque habitant morbi tristique senectus et netus et malesuada fames ac turpis egestas. Mauris ut leo. Cras viverra metus rhoncus sem. Nulla et lectus vestibulum urna fringilla ultrices. Phasellus eu tellus sit amet tortor gravida placerat. Integer sapien est, iaculis in, pretium quis, viverra ac, nunc. Praesent eget sem vel leo ultrices bibendum. Aenean faucibus. Morbi dolor nulla, malesuada eu, pulvinar at, mollis ac, nulla. Curabitur auctor semper nulla. Donec varius orci eget risus. Duis nibh mi, congue eu, accumsan eleifend, sagittis quis, diam. Duis eget orci sit amet orci dignissim rutrum.

1 Introduzione

Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Ut purus elit, vestibulum ut, placerat ac, adipiscing vitae, felis. Curabitur dictum gravida mauris. Nam arcu libero, nonummy eget, consectetuer id, vulputate a, magna. Donec vehicula augue eu neque. Pellentesque habitant morbi tristique senectus et netus et malesuada fames ac turpis egestas. Mauris ut leo. Cras viverra metus rhoncus sem. Nulla et lectus vestibulum urna fringilla ultrices. Phasellus eu tellus sit amet tortor gravida placerat. Integer sapien est, iaculis in, pretium quis, viverra ac, nunc. Praesent eget sem vel leo ultrices bibendum. Aenean faucibus. Morbi dolor nulla, malesuada eu, pulvinar at, mollis ac, nulla. Curabitur auctor semper nulla. Donec varius orci eget risus. Duis nibh mi, congue eu, accumsan eleifend, sagittis quis, diam. Duis eget orci sit amet orci dignissim rutrum.

Nam dui ligula, fringilla a, euismod sodales, sollicitudin vel, wisi. Morbi auctor lorem non justo. Nam lacus libero, pretium at, lobortis vitae, ultricies et, tellus. Donec aliquet, tortor sed accumsan bibendum, erat ligula aliquet magna, vitae ornare

odio metus a mi. Morbi ac orci et nisl hendrerit mollis. Suspendisse ut massa. Cras nec ante. Pellentesque a nulla. Cum sociis natoque penatibus et magnis dis parturient montes, nascetur ridiculus mus. Aliquam tincidunt urna. Nulla ullamcorper vestibulum turpis. Pellentesque cursus luctus mauris.

2 Background

La regolazione fisiologica del glucosio è molto complessa. Il corpo integra differenti sistemi e vie di controllo per mantenere i livelli di glicemia, lontano dai pasti, ad un valore fisiologico di $80 \div 90$ mg/dl.

La glicemia è la misura della concentrazione di glucosio nel sangue. Viene fortemente regolata dal corpo ed è uno dei parametri più importanti dell'omeostasi dell'organismo.

Normalmente, il glucosio viene conservato all'interno dei muscoli e nel fegato sottoforma di glucogeno. Tale deposito consente quindi di mantenere costante la glicemia tramite differenti vie di controllo.

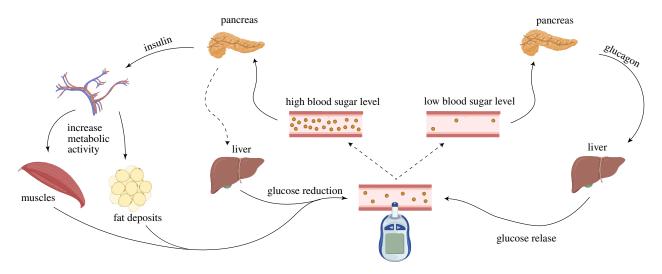


FIG. 1: Sistema di regolazione della glicemia. Lo schema è semplificato rispetto la reale complessità del meccanismo di regolazione.

Il valore di glicemia può variare notevolmente in presenza di forti stimoli, ad esempio dopo un pasto ricco può crescere fino a 200 ÷ 250 mg/dl.

La crescita dei livelli plasmatici di glucosio porta all'attivazione di numerosi meccanismi. I due più importanti, per il ripristino dei valori di riposo, segue al rilascio nel sangue di insuline da parte delle cellule beta del pancreas. Si innescano diversi meccanismi a cascata che portano a due azioni principali:

- Aumento del consumo metabolico di glucosio da parte delle cellule del corpo
- Stimolazione dell'uptake di glucosio nel fegato con conseguente accumulo sotto forma di glicogeno

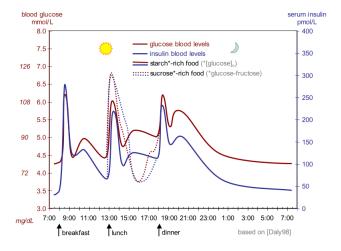


FIG. 2: Curva idealizzata dell'andamento di glucosio e insulina nel sangue durante il giorno, considerando tre pasti indicati dalle frecce [5]

La presenza dello stimo opposto, quale la riduzione della glicemia porta invece all'attivazione delle cellule del pancreas che a loro volta rilasciano glucagone. Tale ormone a sua volta stimola il fegato a rilasciare glucosio e si avrà un aumento del livello plasmatico di glucosio [1].

Complessivamente sono presenti differenti ormoni catabolici come il glucagone, il cortisolo e le catecolamine che portano ad un aumento della glicemia ma un solo ormone anabolico, l'insulina [2].

Tali meccanismi vengono alterate in alcune patologie. Si parla di iperglicemia quando il livello di glucosio nel sangue rimane troppo elevato. Il mantenimento di condizioni di iperglicemia per molto tempo può portare a differenti problemi di salute quali disturbi al cuore, cancro, problemi agli occhi e ai reni.

Livelli di glucosio sopra 300 mg/dl portano a danni fatali dovuti alla chetoacidosi

Una patologia caratteristica è il diabete mellito dove si ha un'alterazione in punti differenti: nel tipo I sono le cellule beta che non riescono a far partire il rilascio di insulina, nel tipo II, invece, l'insulina non è efficace.

Anche bassi livelli di glucosio nel sangue possono portare a differenti problemi quali letargia e alterazione di alcune peculiarità neurologiche come irritabilità, debolezza e perdita di coscienza.

Si parla di ipoglicemia quando il livello è sotto i 40 mg/dl.

A tal proposito, in clinica, si utilizza un test paziente specifico, il IVGTT [3]. Tale test, sotto il nome di *intra venous glucose tolerance test*, per-

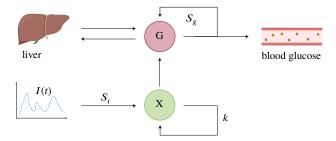


FIG. 3: Schema a blocchi del modello minimo del glucosio

mette di stimare due parametri di interesse quali:

- *glucose effectiveness*, il glucosio stesso ha un effetto sulla riduzione della glicemia
- *insulin sensitivity*, misura l'efficacia dell'insulina nel ridurre i livelli plasmatici di glucosio

Si contrappone a test più veloci come il test orale OGTT e presenta una precisione notevolmente maggiore per la prima fase (fase acuta) di rilascio dell'insulina. Viene iniettato glucosio per via venosa e questo permette di evitare il sisitema digestivo e quindi di avere una maggiore sensibilità.

Quando le cellule β -pancreatiche rilasciano insulina nella vena portale, passa nel fegato e viene parzialmente eliminata prima di entrare in circolazione. Inoltre, il tasso di clearance dell'insulina epatica può variare per meccanismi sia fisiologici che farmagolici. Quindi, la concentrazione di insulina misurata nei vasi periferici può essere fortemente diversa da quella rilasciata dal pancreas.

Il test IVGTT richiede una modello matematico per stimare i parametri e viene spesso utilizzato il modello minimo del glucosio che permette di stimare la risposta pancreatica e la sensibilità insulinica. Si deve precisare anche che il corretto svolgimento di un test IVGTT richiedere personale qualificato in grado anche di applicare una modellazione matematica [4].

Il test può durare diverse ore e vengono raccolte le concentrazione del rilascio di glucosio e della concentrazione di insulina o, alternativamente, il Cpeptide. Nelle sezioni seguente non si analizzano i modello a C-peptide ma si considera la concentrazione di insulina misurata nel sangue.

2.1 Modello minimo del glucosio

Il modello minimo del glucosio è un modello matematico che permette di descrivere l'evoluzione della concentrazione plasmatica di glucosio.

Come ogni modello, si deve trovare un compromesso tra l'accuratezza, l'affidabilità, il costo computazionale e il numero dei parametri da stimare per poterlo utilizzare.

Questo modello, come indicato dal nome, utilizza il numero minore di parametri possibile per poter avere una descrizione sufficientemente accurata da permettere la valutazione delle due quantità clinicamente interessanti, quali la glucose effectivenesse la glucose sensitivity.

Tale modello è stato introdotto da Bergman e Cobelli [6] e prevede la suddivisione in due compartimenti (fig. 3), rappresentati da due equazioni differenziali:

$$\begin{cases} \frac{dG}{dt} = S_g \left(G_b - G \right) - XG, & G(0) = G_0 \\ \frac{dX}{dt} = k \left[S_i \left(I - I_b \right) - X \right], & X(0) = X_0 \end{cases}$$
(1)

Il primo compartimento rappresenta la concentrazione plasmatica di glucosio G(t) variabile nel tempo. Viene influenzata dalla concentrazione di glucosio stessa in due differenti modalità. Per il tramite della glucose effectiveness S_g si ha un verso di crescita proporzionale alla differenza tra la concentrazione basale e quella attuale, si osservi che tale differenza diventa negativa per cui più cresce il divario, rispetto la concentrazione basale, più il glucosio tenderà a diminuire.

Il secondo termine prevede un tasso di crescita inversamente proporzionale alla concentrazione di insulina efficace X(t). Tale quantità non è direttamente misurabile ma è legata al secondo compartimento e a sua volta ha un tasso di crescita influenzato da due parametri. Vi è un feedback negativo da parte della sua stessa concentrazione e un feedback proporzionale alla differenza tra la concentrazione di insulina attuale e quella basale, per il tramite di un coefficiente di proporzionalità $k \cdot S_i$, legato quindi alla insuline sensitivity S_i . Il tasso di crescita sarà positivo all'aumentare della concentrazione insulinica.

Questo secondo compartimento porta in conto il fatto che il livello di insulina nel plasma raggiunge un plateau intorno ai 90 μ U/ml e durante la sua evoluzione aumenta la mobilità del glucosio.

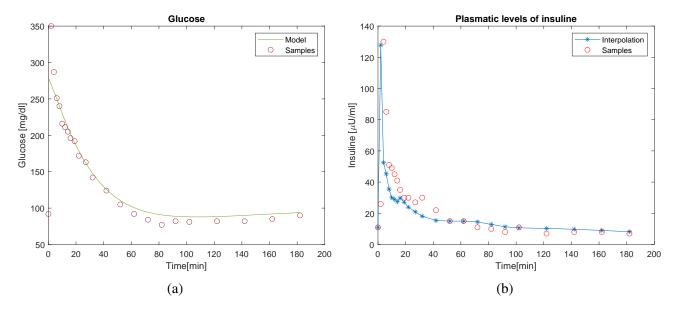


FIG. 4: Andamento nel tempo della concentrazione di glucosio (a) e dell'insulina (b) nel sangue. Per il glucosio sono presenti i campioni (dai dati numerici) rappresentati con i cerchietti e la linea continua rappresentante la soluzione predetta. Per l'insulina sono presenti i campioni rappresentanti con i cerchietti e la curva ottenuta con l'interpolazione lineare valutata negli stessi istanti temporali.

Tramite tale modello è possibile risalire ai parametri di interesse clinico, quali la glucose effectiveness e la insuline sensitivity a partire dai dati di un test IVGTT. Alternativamente, se noti i parametri descrittivi, è possibile predire l'andamento della concentrazione del modello.

A seguire vengono analizzate entrambe le possibilità sfruttando Matlab e Simulink [7].

3 Predizione

Per la predizione si considerato i parametri in Tab. 1.

I dati dei test possono essere presi da dati clinici o generati tramite Simulink, implementando il modello con dei coefficienti noti in letteratura [8].

3.1 Soluzione ODE

A partire dai valori di insulina, campionata e presente nei dati in fig. 4b è possibile implementare e risolvere il modello tramite un solutore di equazioni differenziali, ode45(). L'algoritimo si basa su metodo esplicito di Runge-Kutta di ordine 4 e 5 richiedendo quindi solamente la soluzione al passo precedente, oltre i parametri iniziali, e risolvendo in un singolo step temporale [9].

Per l'implementazione Matlab richiede di passare a ode45() le equazioni differenziali e

Variabile	Valore
GO	279
х0	0
Gb	93
Ib	11
Sg	$2.6 \cdot 10^{-2}$
k	$2.5 \cdot 10^{-2}$
Si	$5 \cdot 10^{-4}$

TAB. 1: Parametri numerici utilizzati per il modello minimo del glucosio

i parametri. L'equazione viene passata tramite odefcn() mentre i parametri vengono uniti all'interno di un array fig. 5.

Inoltre, vengono passati i valori iniziali e il vettore dei tempi.

Per il vettore temporale conviene passare solamente l'instante iniziale e finale lasciando l'algoritmo libero di scegliere il passo, così da avere un risultato più accurato. Tale vettore time fa parte dei dati sperimentali contenenti anche i campioni di glucosio, in fig. 4a utilizzati per il confronto, e di insulina, in fig. 4b, utilizzati nella predizione.

Il modello matematico in eq. (1) viene quindi inserito all'interno di odefcn(), in fig. 6, con l'accortezza di garantire il valore dell'insulina I(t) ad ogni instante temporale. Per fare ciò si utilizza un'interpolazione lineare sui valori campi-

```
parameters=[Sg,Gb,k,Ib,Si];
[t,y] = ode45(@(t,y) odefcn(t,y,insuline,time,parameters), [time(1), time(end)],[G0,x0]);
```

FIG. 5: Snippet della routine principale per la soluzione del sistema di equazioni differenziali in Matlab

```
function dydt=odefcn(t,y,insuline,time,parameters)
      Sg=parameters(1);
      Gb=parameters(2);
     k=parameters(3);
      Ib=parameters(4);
      Si=parameters(5);
      % y(1) = G(t); % y(2) = X(t)
      % dGdt = Sg (Gb - G(t)) - X(t) *G(t);
8
      % dXdt=k*(Si*(I(t)-Ib)-X(t))
9
      \% need to reconstruct I(t), the insulin plasmatic concentration, ODE solver need I(t) at
10
          every t. Interpolation in the same variabile of the ode solver (t).
      I_inter=interp1(time,insuline,t);
      dydt(1) = Sg*(Gb-y(1))-y(2)*y(1);
      dydt(2)=k*(Si*(I_inter-Ib)-y(2));
14
      dydt=dydt';
      end
```

FIG. 6: Funzione contente il sistema di equazioni differenziali che verrà passato ad ode45() all'interno della routine principale

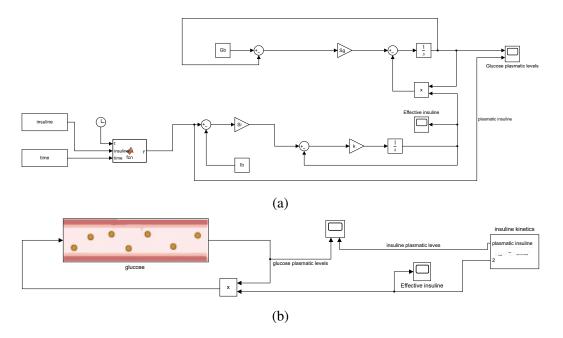


FIG. 7: Implementazione del sistema di equazioni differenziali descrittive il modello minimo del glucosio in versione estesa (a) e compattata mediante maschere e sotto-sistemi (b)

porale utilizzato nella soluzione del sisitema di equazioni differenziali.

Il modello, una volta risolto, fornisce la curva G(t) che può essere confrontata con i valori campionati (fig. 4a).

Il modello consente di predire i valori a qualsiasi istante temporale ed in particolare con un errore medio, ad eccezione del primo campione in cui c'è

onati, leggendone il valore allo stesso istante tem- una forte differenza, del 6.6% rispetto ai campioni disponibili.

Modellazione in Simulink **3.2**

Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Ut purus elit, vestibulum ut, placerat ac, adipiscing vitae, felis. Curabitur dictum gravida mauris. Nam arcu libero, nonummy eget, consectetuer id, vulputate a, magna. Donec vehicula augue eu neque. Pellentesque habitant morbi tristique senectus et netus et malesuada fames ac turpis egestas. Mauris ut leo. Cras viverra metus rhoncus sem. Nulla et lectus vestibulum urna fringilla ultrices. Phasellus eu tellus sit amet tortor gravida placerat. Integer sapien est, iaculis in, pretium quis, viverra ac, nunc. Praesent eget sem vel leo ultrices bibendum. Aenean faucibus. Morbi dolor nulla, malesuada eu, pulvinar at, mollis ac, nulla. Curabitur auctor semper nulla. Donec varius orci eget risus. Duis nibh mi, congue eu, accumsan eleifend, sagittis quis, diam. Duis eget orci sit amet orci dignissim rutrum.

Nam dui ligula, fringilla a, euismod sodales, sollicitudin vel, wisi. Morbi auctor lorem non justo. Nam lacus libero, pretium at, lobortis vitae, ultricies et, tellus. Donec aliquet, tortor sed accumsan bibendum, erat ligula aliquet magna, vitae ornare odio metus a mi. Morbi ac orci et nisl hendrerit mollis. Suspendisse ut massa. Cras nec ante. Pellentesque a nulla. Cum sociis natoque penatibus et magnis dis parturient montes, nascetur ridiculus mus. Aliquam tincidunt urna. Nulla ullamcorper vestibulum turpis. Pellentesque cursus luctus mauris.

4 Identificazione parametrica

Parametri iniziali da [8].

Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Ut purus elit, vestibulum ut, placerat ac, adipiscing vitae, felis. Curabitur dictum gravida mauris. Nam arcu libero, nonummy eget, consectetuer id, vulputate a, magna. Donec vehicula augue eu neque. Pellentesque habitant morbi tristique senectus et netus et malesuada fames ac turpis egestas. Mauris ut leo. Cras viverra metus rhoncus sem. Nulla et lectus vestibulum urna fringilla ultrices. Phasellus eu tellus sit amet tortor gravida placerat. Integer sapien est, iaculis in, pretium quis, viverra ac, nunc. Praesent eget sem vel leo ultrices bibendum. Aenean faucibus. Morbi dolor nulla, malesuada eu, pulvinar at, mollis ac, nulla. Curabitur auctor semper nulla. Donec varius orci eget risus. Duis nibh mi, congue eu, accumsan eleifend, sagittis quis, diam. Duis eget orci sit amet orci dignissim rutrum.

Nam dui ligula, fringilla a, euismod sodales, sol-

licitudin vel, wisi. Morbi auctor lorem non justo. Nam lacus libero, pretium at, lobortis vitae, ultricies et, tellus. Donec aliquet, tortor sed accumsan bibendum, erat ligula aliquet magna, vitae ornare odio metus a mi. Morbi ac orci et nisl hendrerit mollis. Suspendisse ut massa. Cras nec ante. Pellentesque a nulla. Cum sociis natoque penatibus et magnis dis parturient montes, nascetur ridiculus mus. Aliquam tincidunt urna. Nulla ullamcorper vestibulum turpis. Pellentesque cursus luctus mauris.

5 Conclusioni

Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Ut purus elit, vestibulum ut, placerat ac, adipiscing vitae, felis. Curabitur dictum gravida mauris. Nam arcu libero, nonummy eget, consectetuer id, vulputate a, magna. Donec vehicula augue eu neque. Pellentesque habitant morbi tristique senectus et netus et malesuada fames ac turpis egestas. Mauris ut leo. Cras viverra metus rhoncus sem. Nulla et lectus vestibulum urna fringilla ultrices. Phasellus eu tellus sit amet tortor gravida placerat. Integer sapien est, iaculis in, pretium quis, viverra ac, nunc. Praesent eget sem vel leo ultrices bibendum. Aenean faucibus. Morbi dolor nulla, malesuada eu, pulvinar at, mollis ac, nulla. Curabitur auctor semper nulla. Donec varius orci eget risus. Duis nibh mi, congue eu, accumsan eleifend, sagittis quis, diam. Duis eget orci sit amet orci dignissim rutrum.

Disponibilità dei dati

Il materiale è disponibile alla repository online del progetto: https://github.com/mastroalex/glucose-minimal-model

Riferimenti

- [1] Lauralee Sherwood. *Fisiologia umana: dalle cellule ai sistemi*. Italian. OCLC: 849240778. Bologna: Zanichelli, 2008. ISBN: 978-88-08-06727-2.
- [2] David L. Nelson, Michael M. Cox, and Aaron A. Hoskins. *Lehninger: principles of biochemistry*. Eighth edition. New York: W. H. Freeman, 2021. ISBN: 978-1-319-22800-2.
- [3] Carly M. Darden et al. "Predicting the function of islets after transplantation". en. In: *Transplantation, Bioengineering, and Regeneration of the Endocrine Pancreas*. Elsevier, 2020, pp. 547–561. ISBN: 978-0-12-814833-4. DOI: 10.1016/B978-0-12-814833-4.00044-7. URL: https://linkinghub.elsevier.com/retrieve/pii/B9780128148334000447 (visited on 06/11/2022).
- [4] Eugenio Cersosimo et al. "Assessment of Pancreatic Cell Function: Review of Methods and Clinical Applications". en. In: (), p. 41.
- [5] M E Daly et al. "Acute effects on insulin sensitivity and diurnal metabolic profiles of a high-sucrose compared with a high-starch diet". en. In: *The American Journal of Clinical Nutrition* 67.6 (June 1998), pp. 1186–1196. ISSN: 0002-9165, 1938-3207. DOI: 10.1093/ajcn/67.6.1186. URL: https://academic.oup.com/ajcn/article/67/6/1186-1196/4666071 (visited on 06/11/2022).
- [6] R N Bergman et al. "Quantitative estimation of insulin sensitivity." en. In: American Journal of Physiology-Endocrinology and Metabolism 236.6 (June 1979), E667. ISSN: 0193-1849, 1522-1555. DOI: 10.1152/ajpendo.1979.236.6.E667. URL: https://www.physiology.org/doi/10.1152/ajpendo.1979.236.6.E667 (visited on 04/04/2022).
- [7] MathWorks. "Simulink". In: (2022). URL: https://it.mathworks.com/products/simulink.html.
- [8] Giovanni Pacini and Richard N. Bergman. "MINMOD: a computer program to calculate insulin sensitivity and pancreatic responsivity from the frequently sampled intravenous glucose tolerance test". en. In: Computer Methods and Programs in Biomedicine 23.2 (Oct. 1986), pp. 113–122. ISSN: 01692607. DOI: 10.1016/0169 2607(86) 90106 9. URL: https://linkinghub.elsevier.com/retrieve/pii/0169260786901069 (visited on 06/10/2022).
- [9] ODE45 Solve nonstiff differential equations medium order method. "MathWorks". In: (2022). URL: https://it.mathworks.com/help/matlab/ref/ode45.html.

Appendice